





پایاننامه کارشناسی ارشد

ارائه یک روش جدید برای شناسایی سنگ کلیه وابعاد آن از روی تصاویر سونوگرافی

نگارنده محسن صابری

استاد راهنما دکتر محمد مهدی علیان نژادی

شهریور ۱۳۹۸

ب

فرم شماره ۸: صور تجلسه دفاع از پایان نامه تحصیلی دوره کارشناسی ارشد

با تأییدات خداوند متعال و با استعانت از حضرت ولی عصر (عج) ارزیابی جلسه دفاع از پایـان نامـه کارشناسـی ارشـد آقـای محســن
صابری به شماره دانشجویی ۹۵۹۶۰۱۱۵ رشته مهندسی کامپیوتر گرایش مهندسی تکنولوژی نرم افزار تحت عنوان ارائه یک
روش جدید برای شناسایی سنگ کلیه وابعاد آن از روی تصاویر سونوگرافی که در تاریخ
حضور هیأت محترم داوران در موسسه غیرانتفاعی شاهرود برگزار گردید به شرح ذیل اعلام میگردد:

مردود 🗌	دفاع مجدد		امتياز	قبول (با درجه :
	()	۲_ بسیار خوب (۱_ عالی (۲۰ _ ۱۹)
	۴_ قابل قبول (۱۵/۹۹ ـ ۱۴)			۳_ خوب (۱۷/۹۹ _۱۶)
			ِ قابل قبول	۵- نمره کمتر از ۱۴ غیر

امضاء	مرتبة علمي	نام ونام خانوادگی	عضو هيأت داوران
			۱_ استادراهنمای اول
			دکتر محمد مهدی علیان نژادی
			۲– استادراهنمای دوم
			-
			٣- استاد مشاور
			-
			۴- نماینده تحصیلات تکمیلی
			۵- استاد ممتحن اول
			۶ استاد ممتحن دوم

مدير تحصيلات تكميلى:

تقديمنامه

تقدیم به همسرم

به پاس قدر دانی از قلبی آکنده از عشق و معرفت که محیطی سرشار از سلامت و امنیت و آرامش و آسایش برای من فراهم آورده است.

سپاسگزاری

سپاسگزار پدر و مادر عزیز و مهربانم

که در سختیها و دشواریهای زندگی همواره یاوری دلسوز و فداکار و پشتیبانی محکم و مطمئن برایم بودهاند.

تعهد نامه

اینجانب محسن صابری دانشجوی دوره کارشناسی ارشد رشته مهندسی کامپیوتر گرایش مهندسی تکنولوژی نرم افزار موسسه غیرانتفاعی شاهرود نویسنده پایاننامه ارائه یک روش جدید برای شناسایی سنگ کلیه وابعاد آن از روی تصاویر سونوگرافی تحت راهنمائی آقای دکتر محمد مهدی علیان نژادی متعهد میشوم.

- تحقیقات در این پایان نامه توسط اینجانب انجام شده است و از صحت و اصالت برخوردار است.
 - در استفاده از نتایج پژوهشهای محققان دیگر به مرجع مورد استفاده استناد شده است.
- مطالب مندرج در پایاننامه تاکنون توسط خود یا فرد دیگری برای دریافت هیچ نوع مدرک یا امتیازی در هیچ جا ارائه نشده است.
- کلیه حقوق معنوی این اثر متعلق به موسسه غیرانتفاعی شاهرود میباشد و مقالات مستخرج با نام « موسسه غیرانتفاعی شاهرود » و یا « Non-Profit Institution of Shahrood » به چاپ خواهد رسید.
- حقوق معنوی تمام افرادی که در به دست آمدن نتایح اصلی پایان نامه تأثیر گذار بوده اند در مقالات مستخرج از پایان نامه رعایت می گردد.
- در کلیه مراحل انجام این پایاننامه، در مواردی که از موجود زنده (یا بافتهای آنها) استفاده شده است ضوابط و
 اصول اخلاقی رعایت شده است.
- در کلیه مراحل انجام این پایاننامه، در مواردی که به حوزه اطلاعات شخصی افراد دسترسی یافته یا استفاده شده است. اصل رازداری، ضوابط و اصول اخلاق انسانی رعایت شده است.

تاريخ

امضاي دانشجو

مالكيت نتايج و حق نشر

- کلیه حقوق معنوی این اثر و محصولات آن (مقالات مستخرج، کتاب، برنامه های رایانه ای، نرم افزار ها و تجهیزات ساخته شده است) متعلق به موسسه غیر انتفاعی شاهرود میباشد. این مطلب باید به نحو مقتضی در تولیدات علمی مربوطه ذکر شود.
 - استفاده از اطلاعات و نتایج موجود در پایاننامه بدون ذکر مرجع مجاز نمیباشد.

چکیده

یکی از مشکلات رایجی که در سیستم ادراری انسان رخ میدهد، سنگ کلیه است. معمولاً افرادی که دارای سنگ کلیه هستند، از درد قابل توجهی رنج میبرند و نتیجه سنگ کلیه عملکرد غیرطبیعی کلیه است که مكانيزم اين بيماري تاكنون به درستي كشف نشده است. دو عملكرد مهم كليه شامل حذف ضايعات از خون و حفظ اجزاء مهم در یک تعادل مناسب است. به دلیل وجود ذرات نویزی و ناخواسته در تصاویر فراصوت، شناسایی سنگها در این تصاویر امری پیچیده و چالش برانگیز است. بنابراین این امر با استفاده از دانش قبلی از جمله دانش بافت، شکل، موقعیت مکانی ارگانها و موارد این چنینی انجام میشود. تصاویر فراصوت در مقایسه با سایر تصاویر پزشکی از جمله CT و MRI دارای کیفیتی پایینی هستند. بنابراین یک روش برای تشخیص سنگ کلیه، نه تنها باید مسئله کیفیت پایین این تصاویر را حل نماید بلکه بایستی به کمک تکنیکهای پردازش تصویر و روشهای بهینهسازی و داده کاوی موقعیت سنگ کلیه را تشخیص دهد. در این پژوهش هدف ما استفاده از تکنیکهای پردازش تصویر از جمله حذف نویز و یکسانسازی موقعیت با استفاده از ساختار فازی-عصبی ANFIS بوده و پس از بهبود کیفیت تصویر با استفاده از دستهبند K-Means خوشهبندی سنگ کلیه را در تصاویر فراصوت تشخیص داده و در نهایت دقت روش خود را به دست آوریم. ساختار این پژوهش، توسعه یک سیستم طبقهبندی پاسخ، با استفاده از تکنیکهای هوشمند محاسباتی است. در یک سیستم فازی سوگنو مشابه با سیستم استنتاج ممدانی در مراحل اولیه، قسمت مقدم فازی و قسمت نتیجه غیرفازی است، ولی مراحل نهایی را نداریم. بنابراین این سیستم به این صورت است که ابتدا مرحله فازی کردن ورودی یعنی تعیین درجه عضویت ورودی در واژههای فازی قسمت مقدم قواعد صورت گرفته سپس به تعیین درجه تطابق یا درجه آتش یا وزن هر قاعده میپردازیم یعنی در این مرحله نخست صحت مقدم هر قاعده با توجه به بحث ارزش گزارههای مرکب به دست میآید و نهایتا به تعیین خروجی با رابطه مشخص می پردازیم. نتایج نشان دادند که ما دقت تشخیص در حدود ۹۵.۱ درصد خواهیم داشت.

واژگان کلیدی: سنگ کلیه، تصاویر فراصوت، پردازش تصویر، خوشهبندی K-Means، ساختار فازی ANFIS

فهرست عنوانها

1	فصل ۱ مفاهیم و مقدمات
١	١-١ مقدمه
	٦-١– بيان مساله
۲	۱ –۳– سابقه تحقیق
٣	۱-۳-۱ جمعبندی
٣	۱ – ۴ – اهداف تحقیق
٣	۱ –۵– فرضیات تحقیق
۴	۱-۶- پرسش اصلی تحقیق
۴	۱-۷- اهمیت و ضرورت تحقیق
۶	۱ –۸– اصطلاحات
۶	٩-١- ساختار پایاننامه
	فصل ۲ مفاهیم کلیدی و پیشینه تحقیق
Υ	۱-۲ پیشینه روشهای تشخیص
Error! Bookmark not defined	۲-۲- سونو گرافی در بیماریهای کلیوی
	۲–۲– پیشینه تحقیقات انجام شده بر روی بیماری کلیوی
١۵	۲-۴- نتیجه گیری
	۲-۴- نتیجه گیری
18	فصل ۳ روش پیشنهادی
18	فصل ۳ روش پیشنهادی
18 19	فصل ۳ روش پیشنهادی
18	فصل ۳ روش پیشنهادی ۱-۳- نظریه ANFIS ۳-۲- ساختار خوشهبندی
18	فصل ۳ روش پیشنهادی
18	فصل ۳ روش پیشنهادی ۱-۳- نظریه ANFIS ۳-۳- ساختار خوشهبندی
18	فصل ۳ روش پیشنهادی ۱-۳- نظریه ANFIS ۳-۳- ساختار خوشهبندی ۳-۳- اندازه گیری معیارها
18	فصل ۳ روش پیشنهادی ۱-۳- نظریه ANFIS ۳-۲- ساختار خوشهبندی ۳-۳- روش پیشنهادی ۳-۴- اندازه گیری معیارها فصل ۴ تحلیل نتایج
18	فصل ۳ روش پیشنهادی ۱-۳- نظریه ANFIS ۳-۲- ساختار خوشهبندی ۳-۳- روش پیشنهادی ۳-۴- اندازه گیری معیارها فصل ۴ تحلیل نتایج فصل ۴ تحلیل نتایج
18	فصل ۳ روش پیشنهادی -۱-۳ نظریه ANFIS -۱-۳ ساختار خوشهبندی -۱-۳ روش پیشنهادی -۱-۳ اندازه گیری معیارها -۱-۳ خلاصه فصل فصل ۴ تحلیل نتایج -۱-۴ مفاهیم و مقدمات
18	فصل ۳ روش پیشنهادی -۱-۳ نظریه ANFIS -۱-۳ ساختار خوشهبندی -۱-۳ روش پیشنهادی -۱-۴ اندازه گیری معیارها -۱-۱ خلاصه فصل فصل ۴ تحلیل نتایج -۱-۴ مفاهیم و مقدمات -۱-۳ پایگاه داده
18	فصل ۳ روش پیشنهادی -۱-۳ نظریه ANFIS -۱- نظریه ANFIS -۱- ساختار خوشهبندی -۱- روش پیشنهادی -۱- اندازه گیری معیارها -۱- خلاصه فصل فصل ۴ تحلیل نتایج فصل ۴ تحلیل نایج -۱- پایگاه داده -۱- تحلیل دادهها -۱-۳- تحلیل دادهها
18	فصل ۳ روش پیشنهادی -۱-۳ نظریه ANFIS -۱- نظریه ANFIS -۱- ساختار خوشهبندی -۱-۳ روش پیشنهادی -۱-۴ اندازه گیری معیارها فصل ۴ تحلیل نتایج فصل ۴ تحلیل نتایج -۱-۴ پایگاه داده -۱-۳ تحلیل دادهها -۱-۳ تحلیل دادهها

۴۱	فصل ۵ نتیجهگیری
۴۱	١-۵ نتيجه
۴۲	۵-۲- نتیجه گیری
۴۲	۵–۳– کارهای آتی
۴۳	منابع

فهرست شكلها

۱۷	۳- ۱ ساختار ANFIS	شكل
۱۹	٣-٢ الگوريتم ساختار خوشهبندي اوليه	شكل
۲۱	۳-۳ ساختار الگوریتم پیشنهادی	شكل
۲۸	۴-۱ (A) تصویر نمونه، (B) تصویر نویز با چگالی صوت ۵.۰ دسی بل، (C) تصویر فیلتر شده با الگوریتم پیشنهادی	شكل
	۴-۲ (A) هیستوگرام برای تصاویر عادی، (B) هیستوگرام برای تصاویر غیرطبیعی، (C) انرژی گابور برای تصاویر عادی، (D) انرژی گابور برای تصاویر غیرطبیعی. (E) .لحظات موجک برای تصاویر	شكل
٣.	غيرطبيعي	
٣٢	۴-۳ خطای شبیهسازی برای داده آموزش با ۵۰ داده	شكل
٣٢	۴-۴ خطای شبیهسازی برای داده آزمایش با ۵۰ داده	شكل
٣٣	۴-۵ خطای شبیهسازی برای داده آموزش با ۴۰۰ داده	شكل
٣٣	۴-۶ خطای شبیهسازی برای داده آزمایش با ۴۰۰ داده	شكل
۳۶	۲–۲ مقایسه بیت بن ناخ دقت	IS ÷.

فهرست جدولها

۲٩	مقادیر استخراج شده برای ویژگی ها	1-4	جدول
٣١	نتایج خوشەبندی	۲-۴	جدول
٣١	نتايج الگوريتم پيشنهادى	٣-۴	جدول
٣۴	مقایسه کلی	4-4	جدول
٣۴	مقایسه نتایج با آزمونهای آماری	۵-۴	جدول
۳۵	مقایسه دقت مدل با آزمونهای آماری	8-4	جدول
۳۵	مقایسه نرخ دقت مدلهای تشخیص متفاوت در پایگاه پزشکی اختلالات کلیوی	٧-۴	جدول
٣۶	مقایسه نرخ دقت با سایر رویکردها از تحقیقات قبلی در پایگاه داده پزشکی اختلالات کلیوی	۸-۴	جدول
۳۸	عملکرد طبقهبندی کنندههای مختلف	9-4	جدول
٣٩	۱ عملکرد بر اساس طبقهبندی تصویر	۰-۴	جدول
۴٠	۱ مقایسه دقت طبقهبندی به دست آمده با روشهای مختلف	1-4	جدول
۴۱	آزمایش	۱-۵	جدول



مقدمه المستحدد المستح

فصل ۱ مفاهیم و مقدمات

1-1- مقدمه

روشهای تکراری شناسایی و سنجش پدیدهای خاص را تشخیصی مینامند. البته باید گفت که دشواریهای زیادی برای چنین کاربردهای تشخیصی در پزشکی وجود دارد. عمومی ترین روشهای تشخیص در بخش پزشکی مبتنی بر دانش و مدل سازی رفتار تشخیصی متخصصان است. انواع مختلفی از چنین سیستمهایی از زمان اولین سیستم خبره برای تشخیص آسیبهای مختلف در انسان، بوسیله پزشکان مورد استفاده قرار گرفته است. تشخیص برخی بیماریها با توجه به آزمایشات و تشخیصات متخصصان در قبل ممکن و مقدور میباشد. اما یکی از بزرگترین مشکلات بر سر راه طراحی یک سیستم خبره مناسب، گردآوری و دانش پایه آن است.

داده کاوی تکنیک و ابزار بسیار متداولی است که امروزه در زمینه های مختلفی کاربرد پیدا کرده است و تشخیص بیماری های مختلف در علم پزشکی، یکی از زمینه های پرکاربرد داده کاوی محسوب می شود که در سال های اخیر تحقیقات و مطالعات زیادی پیرامون آن انجام شده است. از طرفی نکته قابل توجه، امکان بروز یک تشخیص جدید بر اثر شرایط خاص یا کم و زیاد شدن برخی پارامترهای تشخیصی می باشد. یعنی این نگرانی وجود دارد که اگر یک تشخیص جدید از شرایط ورودی تکراری یا بر اثر افزوده شدن یک پارامتر ورودی جدید، به وجود آید سیستمهای موجود قادر به انعطاف در برابر این تغییرات می باشند یا خیر.

سابقه تحقيق

١-٢- بيان مساله

یکی از مشکلات رایجی که در سیستم ادراری انسان رخ میدهد، سنگ کلیه است. هدف اصلی در یکی از ساختارهای مهم علم پزشکی شناسای سنگ کلیه عکس بر روی سونگرافی و تشخیص بهتر آن میباشد. همان طور که کلیهها خون را میکشند، ادرار ایجاد میکنند. گاهی نمکها و دیگر مواد معدنی در ادرار به هم میپیوندند تا سنگ کلیه ایجاد کنند. اندازه این سنگها از کریستال شکر تا توپ پینگ پنگ متفاوت است، اما به ندرت در نظر میآیند، مگر این که باعث انسداد شوند. گاها ممکن است درد به قدری شدید باشد که باعث جمع شدن بدن انسان گردد. این دردها عملا اول از پشت شکم شروع میشود و باعث فشار به حفرههای رحمی، کانالهای باری که منجر به مثانه میشوند خواهد شد. کلیه یکی از ارگانهای مهم در دستگاه ادراری انسان است که نه تنها ادرار تولید می کند بلکه در تصفیه خون نیز بسیار مفید است. دو عملکرد مهم کلیه عبارتند از:

۱- حذف ضايعات از خون.

۲- حفظ اجزاء مهم دریک تعادل مناسب است.

به دلیل وجود ذرات نویزی و ناخواسته در تصاویر فراصوت، تشخیص و دستهبندی سنگها در این تصاویر امری پیچیده و چالش برانگیز است. بنابراین این امر با استفاده از دانش قبلی از جمله دانش بافت، شکل، موقعیت مکانی ارگانها و موارد این چنینی انجام میشود. در این پژوهش هدف ما استفاده از تکنیکهای پردازش تصویر از جمله حذف نویز و یکسانسازی موقعیت هیستوگرام با استفاده از ۱۸۳۱۲ و دستهبند K-Means است که پس از بهبود کیفیت تصویر با استفاده از خوشهبندی سنگ کلیه را در تصاویر فراصوت تشخیص میدهد.

۱-۳- سابقه تحقیق

سنگ کلیه را شاید بتوان یکی از دردهایی نامید که فرد را از پای در میآورد. شدت درد تا حدی است که آن را با درد زایمان مقایسه میکنند. این سنگهای آزار دهنده ذرات جامد و سختی هستند که در مجاری ادراری تشکیل میشوند.

¹ Adaptive Neuro-Fuzzy Inference System

فرضيات تحقيق

بررسیهای صورت گرفته نشان میدهد آمار آمریکاییهای مبتلا به سنگ کلیه در نسبت به گذشته دو برابر شده به عبارت دیگر از هر یازده آمریکایی یک نفر از سنگ کلیه رنج میبرند. در مورد کشور ایران درصد شیوع ابتلا به سنگ کلیه ۸ تا ۱۰ درصد است و در هر سال از هر ۱۰۰ نفر، ۸ تا ۱۰ نفر دچار بیماری سنگ کلیه میشوند.

۱-۳-۱ جمع بندی

بنابریان با توجه به اینکه در کشورمان شمار زیادی از افراد در گیر بیماریهای مربوط به کلیه از جمله سنگ کلیه هستند، نیاز به ارائه روشهای تشخیص سنگ کلیه در بیماران یکی از موارد مهمی است که باید در نظر گرفته شود و در این راستا در این پژوهش قصد داریم ضمن استفاده از تکنیکهای پردازش تصویر، روشی را به منظور تشخیص سنگ کلیه ارائه دهیم که به پزشکان و متخصصین این شاخه پزشکی کمک نماید.

۱-۴- اهداف تحقیق

در این پایان نامه به دنبال یک روش سریع، دقیق و ارزان برای تشخیص سنگ کلیه از روی تصاویر فراصوتی با توجه به دانش در دسترس بر مبنای سیستم پشتیبانی تصمیم و مبتنی بر ساختار فازی - عصبی هستیم. از طرف دیگر سیستم موجود باید توانایی تطبیق با تشخیصهای جدید و پارامترهای اضافی تعریف شده توسط متخصص را داشته باشد. هدف اصلی در تدوین این تحقیق، تولید یک سیستم مطمئن و به روز برای تشخیص سنگ کلیه با توانایی استنتاج از روی تصاویر فراصوت میباشد.

۱–۵– فرضیات تحقیق

تصاویر فراصوت دارای کیفیتی پایینی هستند که در مقایسه با سایر تصاویر پزشکی از جمله MRI و CT این مورد، پیچیدگیهایی را به مسئله اضافه کرده است. بنابراین یک روش تشخیص سنگ کلیه نه تنها باید مسئله کیفیت پایین این تصاویر را حل نماید بلکه بایستی به کمک تکنیکهای پردازش تصویر و روشهای یادگیری ماشین و داده کاوی موقعیت سنگ کلیه را تشخیص دهد.

۱-۶- يرسش اصلى تحقيق

آیا می توان با پردازش تصویر و اجرای روشهای استنتاج و داده کاوی و دسته بندی بر روی عکسهای سونوگرافی، سنگهای کلیه را شناسی کرده و در تشخیص و اندازه سنگ کمک کنیم؟

۱-۷- اهمیت و ضرورت تحقیق

پزشک باید هم در فرایند تشخیص بیماری و هم در فرایند درمان بیماری، در موارد متعددی تصمیم گیری کند. این تصمیم به انتخاب از میان چند گزینهٔ ممکن برای تعیین نوع بیماری یا تعیین نوع درمان می انجامد. روشهای پشتیبانی تصمیم سعی دارند تا حد امکان به پزشک و کادر درمانی کمک کنند. پردازش داده به این ترتیب انجام می شود که:

- ۱. جمع آوری داده انجام می گردد.
- ۲. ذخیرهسازی و بازیابی دادهها صورت می گیرد.
- ۳. پردازش داده قبل از تصمیم گیری باید انجام گردد.
- ۴. داده پردازش شده برای مرحله تشخیص ارسال می شود.
 - ۵. در نهایت درمان انجام خواهد شد.

پس در بسیاری از مراحل مراقبت بهداشتی و پزشکی، مسأله تصمیم گیری که بر اساس بررسیهای اولیه و آزمونهای زیاد صورت می گیرد، بسیار مهم است. در این ارتباط دو نوع تصمیم گیری وجود دارد:

- ۱. تصمیم گیری مرتبط با تشخیص : که در آن کامپیوتر با استفاده از دادههای بیمار در تشخیص بیماری کمک می کند.
- ۲. تصمیم گیری مرتبط با درمان : که در آن بهترین آزمون یا درمان بعدی بر اساس شواهد، تعیین می شود.

در بسیاری موارد پزشکان اطلاعات کافی و دادههای بیمار را دارند و امکان تصمیم گیری صحیح برای آنها فراهم است و نیازی به پشتیبانی کامپیوتر نیست ولی با این وجود باز هم دلایل کافی برای استفاده از کامپیوتر وجود دارد:

- ✓ افراد برخی اوقات دچار خطا و اشتباه میشوند.
- ✓ پزشكان قادر نيستند كه هميشه خود را با آخرين يافتههاى اطلاعات پزشكى تطبيق دهند.
 - ✓ در موارد متداول استفاده از تصمیم گیری خود کار موثر است.
- ✓ سازمانهای مراقبت بهداشتی مایل به افزایش کیفیت مراقبت وکاهش هزینههای آن هستند.

کامپیوترها داده بیمار رادر پایگاه داده خخیره می کنند. کامپیوترها همچنین قابلیت ذخیره اطلاعات به صورت پایگاه دانش را دارند. این اطلاعات باید فرمول بندی و ساختار بندی شوند. به این صورت داده بیمار و اطلاعات پزشکی برای تصمیم گیری توسط کامپیوتر قابل استفاده می شوند. سوال این است که آیا کامپیوترها قادرند مشابه پزشکان و به شرط داشتن اطلاعات پزشکی و داده های یکسان تصمیم گیری کنند. به عبارت دیگر، با توجه به این که انسانها قادرند اطلاعات علمی و تجارب بالینی را در مغزشان ذخیره کنند، چگونه می توان این دو نوع داده را در کامپیوترها عملیاتی کرد؟ آیا ساختار اطلاعات در مغز انسان از ساختار اطلاعات در کامپیوترها متفاوت است؟ مشکل اصلی اینجاست که در مورد نحوه ذخیره و کاربرد اطلاعات در مغز انسان اطلاع کافی در دست نیست و مدلی که مغز برای حل مسائل تصمیم گیری به کار می برد ناشناخته است. با این وجود، این یکی از مسائل سخت در پردازش اطلاعات و تصمیم گیری است. در برخی زمینه ها قوانین مربوطه به صورت صریح مشخص شده اند اما در مورد اطلاعات و داده های پزشکی باید گفت که:

- ✓ اطلاعات پزشکی درحال پیشرفت هستند.
- ✓ اغلب اوقات فقط پارهای از دادههای بیمار در دسترس است.
- ✓ مسأله مربوط به یک بیمار خاص می تواند جدید و منحصر به فرد باشد.

¹ Data

² DataBase

³ Knowledge

⁴ KnowledgeBase

ساختار پایاننامه

نتیجه این که کامپیوتر میتواند درحل مسائل تصمیم گیری کمک کند، اما بدون شک روشی که کامپیوتر برای این کار به کار میبرد با روشی که انسان دنبال میکند، متفاوت است. کامپیوتر به ابزار فرمول بندی شده و ساختار مشخص نیاز دارد.

۱-۸- اصطلاحات

داده کاوی : به استخراج اطلاعات از میان حجم انبوهی از اطلاعات که به آن کشف دانش نیز می گویند.

دستهبندی : برای تخصیص یک برچسب به مجموعهای از دادهها که دستهبندی نشدهاند، استفاده میشود. در دستهبندی یک متغیر هدف گروهی وجود دارد که به دستهها و گروههای از پیش تعیین شده افراز میگردد. سپس دادهها بر اساس ویژگیهایشان به دستههایی که نام آنها از قبل مشخص میباشد، تخصیص داده میشوند.

استنتاج فازی : وظیفه فرایند استنتاج نگاشت ورودیهای فازی (که از فرایند فازی سازی دریافت شدند) به پایگاه قوانین فازی و تولید خروجی فازی برای هر یک از قوانین است.

۱-۹- ساختار پایاننامه

در این پایاننامه ابتدا مفاهیم اصلی و دلایل و ساختار کلی تحلیل مطرح شدند. در فصل دوم روشهای انجام کار و تحقیقات گذشته دستهبندی و معرفی خواهند شد. در فصل سوم، به تحلیل روش پیشنهادی فازی – عصبی پرداخته شده است. در نهایت فصل چهارم، نتایج حاصله و مقایسه نتایج با روشهای پیشین را در اختیار ما قرار می دهد و در فصل پنجم به نتیجه گیری و پیشنهادات سازنده برای بهبود طرح در آینده خواهیم پرداخت.

فصل ۲ مفاهیم کلیدی و پیشینه تحقیق

۲-۱- پیشینه روشهای تشخیص

تکنیکهای تشخیص به چهار گروه فنی، بنیادی، تشخیص سریهای زمانی کلاسیک و روشهای هوشمند طبقهبندی میشوند. روش فنی سعی میکند بر اساس الگوهای موجود در نمودار دادههای مربوط به محیط، شاخص را تشخیص دهند. روش بنیادی، با توجه به ارزش واقعی و ذاتی یک شاخص اقدام به تشخیص مینمایند. در تشخیص کلاسیک، فرض بر این است که مقادیر آینده شاخص، سیر خطی مقادیر گذشته را میپیماید. روشهای هوشمند الگوهای خطی و غیرخطی موجود در دادههای مربوط به محیط را دنبال میکنند تا فرایند ایجاد آنها را حدس بزنند.

شرر [۸] شبکههای عصبی را برای تشخیص خرابیهای نرم افزاری در چندین پروژه ناسا به کار برده است. وی دریافته که اگر خرابیهای نرم افزاری تمایل به خوشه داشته باشند پس شناسایی ماژولهای مستعد خرابی از طریق تست اولیه می تواند راهنمای تستهای متوالی باشد پس باید روی این ماژولها تمرکز شود.

کای و همکارانش [۵] بررسی مدلسازی تشخیص را با قابلیت اطمینان بالا ارائه دادهاند. این بررسی انواع مختلف مدلهای احتمالی و کاستیهای آنها را مورد بحث قرار داده است. آنها یک مدل فازی قدرتمند ارائه دادند که جایگزین قدرتمندی برای روشهای دیگر بود.

سیت [۳] کارایی دو روش مختلف تشخیص شبکه عصبی و تنظیم مجدد مدلهای پارامتری را مقایسه کردهاست. او دریافت که استفاده از شبکههای عصبی خیلی ساده تر از روش کالیبراسیون نیست اما تشخیص بهتری انجام می دهد.

کارانانیتی و همکارانش [۱۱–۹] ابتدا معماری شبکههای عصبی را برای تخمین به کار بردند و زمان اجرا را به عنوان ورودی و تعداد تجمعی خرابیهای کشف شده در سیستم را به عنوان خروجی مطلوب، استفاده کردند.

خوش گفتار و همکارانش [۱۵–۱۴] شبکههای عصبی را به عنوان ابزار تشخیص تعداد خرابیهای برنامهها استفاده کردند. آنها روش مدلسازی قابلیت اطمینان را معرفی و اعلام کردند که این طرح کیفیت بهتری در سازگاری و تشخیص دارد.

تیان و مور [۱۶] روش مدلسازی شبکه عصبی تکاملی با استفاده از معماری ورودی/خروجی سیگنال تاخیر چندگانه ارائه دادند. با این حال مشکل این روش تعیین اولیه معماری شبکه و تعداد نورونهای هر لایه و تعداد کل لایهها می باشد.

راجکیران و راوی [۱۸–۱۷] یک مدل گروهی توسعه دادند که دقت تشخیص را افزایش می دهد. آنها رگرسیون خطی چندگانه، رگرسیون تطبیقی چندمتغیره، سیستم استنتاج عصبی— فازی تکاملی پویا و شبکه درختی را به عنوان ترکیبات توسعه استفاده کردند. آنها نتیجه گرفتند که گروه غیرخطی بهتر از تمام گروههای دیگر و روشهای هوشمند و آماری است. همچنین شبکههای عصبی موجک با تابع انتقال موجک گوسی و مورلت را پیشنهاد دادند. عملکرد این سیستم در قیاس با رگرسیون خطی و تطبیقی، شبکههای عصبی آموزش دیده با پذیرش آستانه (TANN)، شبکههای -Pi قیاس با رگرسیون خطی و شبکه درختی، مقایسه و مناسبتر گزارش شد.

پای و هانگ [۲۱] برای تشخیص از ماشینهای بردار پشتیبان تکه در آن الگوریتم تبرید شبیهسازی شده برای انتخاب پارامترهای مدل ماشینهای بردار پشتیبان استفاده شده بود، بهره بردند.

¹ TANN(Treshhold ANN)

² PSN(Pi-Sigma Network)

³ SVM(Suport Vector Machine)

⁴ SA(Simulated Annealing)

راوی و همکارانش [۱۹] استفاده ازشبکههای عصبی موجک آموزش دیده با پذیرش آستانه از برای تشخیص ریسک عملیاتی در بانکها و شرکتها پیشنهاد دادند. آنها مشاهده کردند که مدلهای مبتنیبر شبکههای عصبی موجک بهتر از شبکههای عصبی موجک آموزش دیده بدون پذیرش آستانه و روشهای دیگر عمل میکنند.

الجهادی و تلبانی [۲۰] الگوریتم ژنتیک را برای حل کردن مسائل بهینهسازی چندهدفه شامل اشیای خطای مربعات میانگین ریشه نرمالیز شده و ضریب همبستگی به دست آمده توسط گروهبندی مدلهای رگرسیون خودکار متفاوت برای تشخیص به کار بردند.

ماهانتی و همکارانش [۲۲,۲۳] روش گروهبندی رسیدگی به دادهها و برنامهنویسی ژنتیک را برای تشخیص به کار بردهاند. آنها گروهبندی رسیدگی به دادهها و برنامهنویسی ژنتیک را با رگرسیون تطبیقی چندمتغیره ، TANN و سیستم استنتاج فازی و تحول "NRMSE مقایسه کردهاند و دریافتند که برنامهنویسی ژنتیک بهتر از همه روشهای دیگر است.

۲-۲ سونوگرافی در بیماریهای کلیوی

در چند دهه گذشته، سیستمهای تصویربرداری پزشکی و سیستم های مرتبط با آن نقش مهمی در توسعه یک سیستم پشتیبانی دقیق تصمیمگیری پزشکی با کمک رایانه برای پزشکان بالینی و مراقبت بهتر از سلامت بازی میکنند. پیشرفت در تکنیکهای محاسبات نرم، تحقیقات را به انگیزه بیشتر در استفاده از آنها برای توسعه سیستمهای پشتیبانی تصمیم مصممتر میکند. دیده شده است که تصویر سونوگرافی در کلیه توسط اکثر پزشکان برای تشخیص سنگ کلیه ترجیح داده میشود. همچنین گزارش شده است که شناسایی بیماریهای کلیوی از روی تصاویر به دلیل محدودیتهایی چالش برانگیز شده است. با پیشرفت در ابزارهای پردازش تصویر، طبقهبندی شناسایی دقیق تر این بیماری با استفاده از تکنیکهای مختلفی برای غلبه بر محدودیتهای تصاویر کلیوی بررسی و راه حلهای متنوعی را برای طبقهبندی ناهنجاریها در کلیه ارائه داده اند.

¹TWANN(Treshhold Wavelet ANN)

² Multivariate-Adaptive-Regression

³ Normal Mean Square Error

بیلی و همکاران [۴۰] از مبدل برای ارسال پالس سونوگرافی به سمت سنگ و دریافت بازتاب سونوگرافی از سنگ استفاده می شود که یا از استفاده کردند. زمان ثبت شده در این پژوهش از انعکاس پالس برای محاسبه اندازه سنگ استفاده می شود که یا از سطح دیستال سنگ یا از یک سطح حمایت از سنگ منعکس می شود. اندازه سنگ تابعی از زمان بین دو پالس و سرعت صدا از طریق سنگ است (یا از طریق مایع اطراف آن اگر پالس دوم توسط سطح حمایت از سنگ منعکس شود). این روش برای اندازه گیری اندازه سایر اشیاء داخل بدن از جمله تودههای بافت نرم، کیست، فیبروم رحمی، تومورها و پولیپ به همان اندازه کاربرد دارد.

بر اساس پژوهش دیوید تزو [۴۱] سونوگرافی به عنوان ابزاری اصلی در آرماتاریوم ارولوژی برای تشخیص و مدیریت نفرولیتیتازیس تبدیل شده است. از زمان شروع به عنوان یک شکل تصویربرداری ابتدایی، به مرور زمان نقش برجسته تری را بازی میکند و به موازات تکامل فناوری سونوگرافی نیز تکمیل شده است. در کل جامعه پزشکی، بر کاهش میزان تشعشع یونیزه شده به بیماران هنگام تصویربرداری روتین، تأکید فراوانی وجود دارد. با توجه به عدم قرار گرفتن در معرض تشعشعات همراه و اثبات اثبات شده آن به عنوان یک روش تشخیصی و درمانی، تجدید علاقه به سونوگرافی وجود دارد. این پژوهش به مروری بر تاریخچه سونوگرافی، چگونگی گسترش سونوگرافی در تشخیص و درمان بیماری سنگ ادراری و در آخر اینکه چگونه برنامههای امیدوارکننده سونوگرافی در شکلگیری آینده مدیریت سنگ کلیه موثر است، پرداخته است.

در مقاله جسیکا دای و همکاران [۴۲] به پیشرفتهای جدید در فناوری سونوگرافی بیماری سنگ ادراری پرداخته شده است. تحقیقات اخیر برای تسهیل در تشخیص نفرولیتیتازیس، از جمله استفاده از سیگنال چشمک زن و سایه آکوستیک خلفی، به بهبود استفاده از معاینه سونوگرافی برای تشخیص و اندازهگیری سنگهای کلیوی کمک کرده است. کاربردهای جدید درمانی فنآوری سونوگرافی برای بیماری سنگ از جمله پیشران اولتراسونیک به سنگهای تغییر مکان و لیتروتریپس ظاهر شده است. ایمنی، کارآیی و تکامل این فناوریها در مطالعات فانتوم، بر روی حیوانات و انسان در این تحقیق بررسی شده است. تحولات جدید در این حوزهها به سرعت در حال رشد و ارائه تحقیقات سونوگرافی برجسته است.

بر اساس گزارش ژنگ و همکاران [۴۳] یادگیری عمیق برای تولید شرح تصاویر باعث پیشرفت چشمگیری در زمینه تصاویر طبیعی میشود. با این وجود، هنوز روشهای موثری برای تجزیه و تحلیل دقیق و توصیف خودکار اطلاعات محتوای بیماریها در درک تصویر سونوگرافی وجود ندارد. به منظور پیدا کردن محل مناطق تمرکز، و درک محتوای مناطق تمرکز به راحتی، این تحقیق یک روش جدید از تولید نوشتن تصویر اولتراسوند بر اساس تشخیص منطقه پیشنهاد میکند. این روش به طور همزمان مناطق فوکوس را در تصاویر سونوگرافی شناسایی و رمزگذاری میکند، سپس از LSTM برای رمزگشایی بردارهای رمزگذار و تولید اطلاعات متن حاشیهنویسی برای توصیف اطلاعات محتوای بیماری در تصاویر سونوگرافی استفاده میکند. نتایج تجربی نشان میدهد که این روش میتواند به طور دقیق موقعیت منطقه فوکوس را تشخیص دهد، و همچنین ۱٪ نمرات BLEU-1 ، BLEU-2 ، وابان اجرای کمتر بهبود میبخشد، که در مقایسه با مدل زیرنویس تصویر با اندازه کامل برای تصاویر سونوگرافی بسیار بهینهتر است.

تحقیقات تیرنی و همکاران [۴۴] نشان دادن تکنیکهای اولتراسوند با استفاده از یک سیستم سونوگرافی مبتنی بر تحقیق که به یک مدل سنگ کلیه در عمق ۴ و ۸ سانتی متر اعمال شد، مورد بررسی قرار گرفت. اندازه قطر سنگ و کنتراست سنگ در بین تکنیکهای مختلف مقایسه شد. برای تجزیه و تحلیل اختلاف بین میانگینهای گروهی از تجزیه و تحلیل واریانس استفاده شد و $P > \cdot / \cdot \delta$ معنی دار در نظر گرفته شد. همه سنگها با هر روش قابل ردیابی بودند. در نهایت به نظر می رسد که تکنیکهای ADMIRE و SLSC سایه سنگ را نسبت به پس زمینه برجسته می کنند و تشخیص و اندازه گیری سنگ در شرایط مورد آزمایش با روشهای پیشرفته پرتوسازی با سونوگرافی امکان پذیر است.

تحقیقات سورنسن و همکاران [۴۵] نشان میدهد سابقه انتشار قابل توجهی وجود دارد که حساسیت و ویژگی سونوگرافی رادیولوژیک (US) به توموگرافی کامپیوتری (CT) را ارائه میکند.

در مقاله ولمورگان و همکاران [۴۶] با ارزیابی تکنیکهای مختلف تجزیه و تحلیل تصویر، روش تقسیم بندی تصویر توسعه داده شده است. روش مؤثر مورد بررسی قرار گرفته و درجه توجیهی در نگرانیهای مختلف بالینی انجام شده است. ایدههای جدید از مقالات اضافی به دست آمده و در مورد کارآیی بالینی یا پتانسیل اختصاصی برای تقسیم سونوگرافی از حسابهای کلیوی نشان داده شده است.

۲-۳- پیشینه تحقیقات انجام شده بر روی بیماری کلیوی

لیولاین و سینگ [۵۶] حذف نویز ضربه را با استفاده از روش استاندارد متوسط فیلتر کردن گزارش داده و انواع آن را مورد بررسی قرار دادند. شبیهسازیها بر روی مجموعهای از تصاویر مقیاس خاکستری استاندارد انجام شد و وضعیت انواع فیلترهای متوسط از نظر معیارهای ارزیابی کیفیت تصویر مشهور یعنی میانگین مربعات خطا (MSE) و پیک سیگنال به نویز (PSNR) مقایسه شد.

کنی و نور [۵۷] با استفاده از فیلتر (AFSM)^۳ روش جدیدی را برای حذف نویز از تصاویر ارائه کردند. آنها، قابلیت دستیابی به مدل ضربه را برای برنامههای دنیای واقعی پیدا کرده و خروجی مرحله فیلتر را جایگزین پیکسلهای نویز شناسایی شده در تصویر کردند.

شرتی و همکاران. [۵۸] یک طرح فیلتر Despeckling را بر اساس موجک گابور به منظور افزایش کیفیت تصویر با کاهش صداهای لکه ارائه داد. نشان داده شد که مقادیر PSNR بالاتر، مقدار MSE را پایین میآورند که نشان میدهد نویز بیشتری حذف شده است.

جوزف و همکاران [۵۹] با استفاده از الگوهای باینری محلی (LBP) برای کاهش نویز لکههای تصاویر سونوگرافی، یک روش جدید فیلتر خطی با وزنه جدید پیشنهاد کردند. گزارش شده است که با کاهش نویز بدون تأثیرگذاری بر محتوای تصویر، می توان نتایج بهتری حاصل کرد. مشخص شد که فیلتر خطی وزنی توسعه یافته، از نظر تحلیل کمی و حفظ لبه عملکرد بهتری نسبت به سایر فیلترها دارد.

اوندر و کاراکالی [۶۰] برای انجام طبقهبندی بافت خودکار اسلایدهای بافتشناسی را با استفاده از تصاویر مقیاس خاکستری و روش یادگیری مینیفولد توسعه دادند. بردارهای ویژگی بافت با استفاده از ماتریس وقایع شرکت در مقیاس خاکستری محلی به دست آمد و با کاهش ابعاد ایزوماپ، ابعاد فضای بردار ویژگی کاهش یافت و در یک فضای ویژگی با ابعاد پایین تر، عملیات خوشهبندی K-Mean به منظور تهیه خوشههای بافت جداگانه انجام شد.

² Peak Signal-to-Noise Ratio

¹ Mean Square Error

³ Adaptive Fuzzy Switch Median

⁴ Local Binary Patterns

رجا و همکاران [۶۱] طبقهبندی تصاویر کلیه ایالات متحده را با استفاده از موجک غالب گابور گزارش دادند. موجک گابور با به حداکثر رساندن شباهت بین تصویر اولیه پردازش شده و تصویر بازسازی شده گابور تعیین شد.

مشاهده شد که، موجک غالب گابور کارآیی طبقهبندی را به میزان قابل توجهی بهبود میبخشد. در این تحقیق امکان اجرای یک سیستم تشخیصی به کمک کامپیوتر به طور انحصاری برای تصاویر کلیوی ایالات متحده مورد بررسی قرار گرفت.

استخراج بافت از تصویر با استفاده از روش ماتریس Coocurrence Gray Level Grey توسط بسیاری از محققان انجام شده است و اثبات شده که بهترین است. موهانیاه و همکاران [۶۲] روشی را برای ضبط محتوای بصری تصاویر برای فهرست بندی و بازیابی توسعه دادند. ویژگیهای اولیه یا سطح پایین تصویر میتواند ویژگیهای عمومی باشد، مانند استخراج رنگ، بافت و شکل یا ویژگیهای خاص دامنه. در این طرح استفاده از ماتریس همزمان وقوع سطح خاکستری (GLCM) برای استخراج ویژگیهای بافت آماری مرتبه دوم برای برآورد حرکت تصاویر ارائه شده است.

استخراج ویژگی، انتخاب ویژگی و فرآیند گسسته سازی برای کاهش پیچیدگی توسط جکیسی و همکاران گزارش شده است [۶۳]. در این طرح قوانین انجمن بر اساس ویژگی های انتخاب شده تولید شده و سپس طبقه بندی کننده بیزی که از دقت بالایی برخوردار است برای طبقه بندی استفاده شده است.

در تحقیقی دیگر ویژگی (GLCM) از تصاویر تقسیم شده برای طبقهبندی تصاویر استخراج شده و توسط پرما $(K-NN)^T$ آکاسالیگار و ساناندا بیرادار گزارش شده است [84]. این ساختار در نهایت از طبقهبند $(K-NN)^T$ استخراج شده برای طبقهبندی تصاویر به عنوان کلیههای طبیعی و کیستیک استفاده کرده است. ویژگیهای GLCM استخراج شده در طبقهبندی تصاویر کلیه به عنوان نرمال و کیستیک بسیار معنیدار بودند.

با استفاده از روش ماتریس کوکتورنس سطح خاکستری متقارن مرکز به منظور استخراج ویژگیهای بافت آماری مرتبه دوم در تصاویر کلیه سونوگرافی توسط کریستیانا و رجمانی پیشنهاد شده است [۶۵]، افزایش راندمان بازیابی، دقت و کاهش پیچیدگی زمانی تصاویر کلیه سونوگرافی سیستم بازیابی در این طرح آزمایش و تایید شد.

18

¹ Gray-Level Co-Occurrence Matrix

² K - Nearest Neighbors

زی و همکاران [۶۶] یک روش جدید و مبتنی بر شکل جدید برای تقسیم کلیه در تصاویر ایالات متحده گزارش کرده اند. ویژگیهای بافت با استفاده از یک بانک از فیلترهای گابور بر روی تصاویر آزمون از طریق یک استراتژی کانون دو طرفه استخراج شد. در این طرح پارامترهای مدل برای به حداقل رساندن یک عملکرد انرژی جدید محاسبه شد. اثربخشی این روش با نتایج تجربی در هر دو تصاویر طبیعی و دادههای ایالات متحده در مقایسه با سایر روشهای تقسیمبندی تصویر و تقسیمبندی دستی نشان داده شد. در این طرح تقسیمبندی یک تصویر در پیکسل ها تمرکز دارد تا مناطق قابل توجهی برای مقایسه پارامترهای بافت پیدا کند.

تامیلسلووی و تانگاراج [۶۷] یک بخش بندی محاسبات از تصاویر کلیه ایالات متحده را با استفاده از نشانگر منطقه با روش تقسیم بندی کانتور پیشنهاد دادند. تقسیم بندی برای شناسایی منطقه مورد نظر تصویر برای تجزیه و تحلیل یا استخراج ویژگی های بافت آن ناحیه مورد نیاز انجام شد.

تجزیه و تحلیل عملکرد تشخیص سنگ کلیه از تصویر ایالات متحده بر اساس تقسیم بندی سطح و طبقه بندی شبکه عصبی مصنوعی توسط ویسوانات و گوناسونداری تهیه شده است [۶۸]. در این طرح سطح انرژی، نشانگر وجود سنگ در آن مکان خاص است. سطح انرژی توسط شبکههای عصبی (MLP) و (BP) برای شناسایی نوع سنگ با دقت مناسب آموزش داده شده است. تجزیه و تحلیل مؤلفه اصلی به منظور کاهش تعداد ویژگیهای مورد استفاده در طراحی و آموزش طبقه بندی کننده شبکه عصبی انجام شد و نرخ طبقه بندی در نهایت ۹۷٪ گزارش شده است.

سیستم ٔ CAD برای طبقه بندی خودکار تصاویر کلیه ایالات متحده با استفاده از مجموعه ای از ویژگی های آماری و مبتنی بر موجک چند مقیاس توسط ماریام و همکاران تهیه شده است. [۶۹]

تایلندی و همکاران طبقه بندی تصویر با استفاده از SVM^r و ANN^r را پیشنهاد کردند. این ترکیب با هم جمع شده و برای به دست آوردن نرخ دقت A از اعداد رومی استفاده شده است. [۷۰]

² Computer Aided Design

¹ Back Propagation

³ Support Vector Machines

⁴ Artificial Neural Networks

نتیجه گیری

سیستم پیشرفتهای برای طبقهبندی تومور مغزی از تصاویر 'MRI در ارتباط هسته با SVM توسط مدهسواران و داس ساخته شده است [۷۱]. در این روش از فیلتر ORNRAD برای نویز کردن تصویر استفاده شده و ویژگی های بافت با استفاده از روش Tamura استخراج شده است. دقت طبقهبندی شده به ۹۸٪ به دست آمد.

همچنین ژانگ و همکاران [۷۲] برای دستیابی به نرخ طبقه بندی ۹۵.۰۵٪ در ترکیب SVM و KNN استفاده کردند.

۲-۴- نتیجه گیری

تعداد مجموعه دادههای معیار برای طبقهبندی بسیار مهم است. از ادبیات مشخص است که بسیاری از تکنیکهای استخراج ویژگی و الگوریتمهای طبقهبندی توسط محققان برای بهبود صحت طبقهبندی مورد آزمایش قرار گرفته است. با در نظر گرفتن این نکته، در بسیاری از گزارشها سیستم پشتیبانی تصمیمگیری پزشکی ترکیبی با استفاده از شبکههای عصبی و ساختارهای طبقهبندی گزارش شده است.

¹ Magnetic Resonance Imaging

نظریه ANFIS

فصل ۳ روش پیشنهادی

دادهها در چهار مرحله مورد تحلیل قرار می گیرند. ابتدا تقسیم نمونهها انجام شده پس از آن به روند خوشه بندی پرداخته و نهایتا با تحلیل تفکیک انجام شده به ارزیابی دقت مدل می پردازیم.

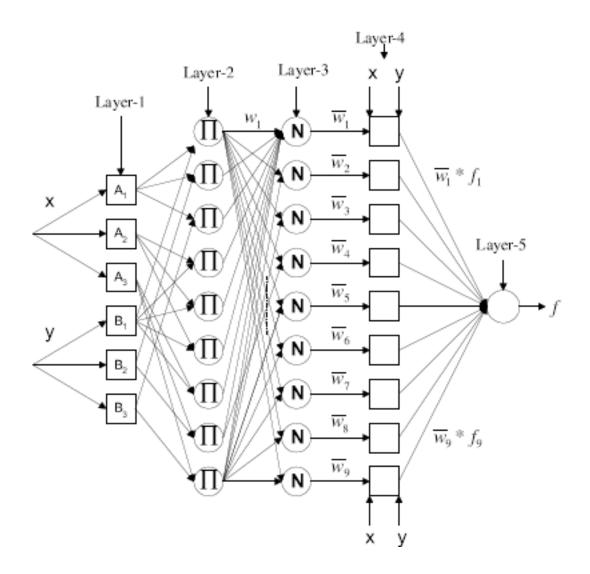
۳−۱ نظریه ANFIS

در این بخش، ابتدا نظریه اساسی از مدل ANFIS را ارائه میدهیم. هر دو شبکه عصبی مصنوعی و منطق فازی در معماری ANFIS استفاده شده است. ANFIS شامل قوانین IF-THEN و زوجهای ورودی – فازی در معماری ANFIS و یادگیری الگوریتمها از شبکههای عصبی نیز استفاده می شود.

برای اینکه بتوانیم سیستم استنتاج فازی مورد نظر را به سادگی توضیح دهیم فرض می کنیم که سیستم ما دارای دو ورددی x و y و خروجی z میباشد. برای مرتبه اول مدل فازی سوگنو، مجموعه قوانین معمولی با قانون if-then فازی اساسی می تواند به صورت زیر بیان شود:

if
$$x$$
 is A_1 and y is B_1 then $f_1 = p_1 x + q_1 y + r_1$ (1- \mathbf{r})

نظریهANFISنظریه



شکل ۳–۱ ساختار ANFIS

که در آنq ، q و q پارامترهای خروجی خطی هستند . معماری ANFIS با دو ورودی و یک خروجی در شکل q نشان داده شده است. این معماری با استفاده از پنج لایه و نه(۹) قانون q شکل q شکل q نشان داده شده است. این معماری با استفاده از پنج لایه و نه(۹) قانون q شکل یافته است:

$$O_{1,i} = \mu_{Ai}(x), for i = 1,2,3$$
 (Y-Y)

لایه ۱: هر گره i در این لایه , یک گره مربع با یک تابع گره است.

$$O_{1,i} = \mu_{Bi-3}(y), for i = 4,5,6$$

نظریه ANFIS

معمولا ، برای BELL-SHAPED حداکثر برابر با ۱ و حداقل برابر با ۱ انتخاب می شوند، $\mu_{Ai}(x), \mu_{Bi}(y), \mu_{Bi}(y)$ مانند :

$$\mu_{Ai}(x), \mu_{Bi-3}(y) = \exp(\left(-\frac{x_i - c_i}{a_i}\right)^2)$$
 (F-T)

در آنجا a_i, c_i , مجموعه پارامتر هستند. این پارامترها در این لایه به عنوان پارامترهای فرضی معرفی شده . اند .

لایه γ : هر گره در این لایه، یک گره دایره برچسب شده π است که، در سیگنالهای دریافتی ضرب می شود. به عنوان مثال،

$$O_{2,i} = w_i = \mu_{Ai}(x).\mu_{Bi-3}(y), \quad i = 1,2,3,4,5,6$$
 (Δ-٣)

لایه π : هر گره در این لایه، یک گره برچسب شده به نام N است. گره i ام نسبت قوانین i ام در اعمال قوانین برای مجموع همه قوانین را محاسبه می کند:

$$O_{3,i} = w_i/(w_1 + w_2 + \dots + w_9), i = 1,2,3,\dots,9$$
 (9-1)

لایه ۴: هر گره i در این لایه، یک گره مربع با یک تابع گره است.

$$O_{4,i} = w_i \cdot f_i = w_i \cdot (p_i x + q_i y + r_i), i = 1,2,3,...,9$$
 (Y-Y)

که در آن w_i , خروجی لایه π است $\{p_i,q_i,r_i\}$ ، مجموعه پارامتر است. پارامترها در این لایه به عنوان پارامترهای نتیجه معرفی شده اند.

ساختار خوشهبندی

لایه ۵ : گره منفرد در این لایه، گره برچسب شده زیگما است که خروجی کلی را به صورت مجموع تمام سیگنالهای ورودی، محاسبه می کند :

$$O_{5,i} = overall \ output = \sum_{i} w_{i} f_{i} = \frac{\sum_{i} w_{i} f_{i}}{\sum_{i} w_{i}}$$
 (A-T)

۳-۲- ساختار خوشهبندی

روش بهبود ارائه شده در طرح در قالب دو گام نمایش داده شده در شکل ۳-۲ نشان داده شده است. در گام نخست، تعیین مراکز خوشهها جهت تحصیل خوشههایی با کبفیت و دقت بهتر انجام و در گام دوم نوع روش خوشهبندی مورد بحث واقع شده است.

- ا. تعیین تعداد K عدد مرکز دسته.
- ۲. هر داده ورودی به دستهای که نزدیک ترین پیش بنی یا محاسبه ارزیابی فاصله تا مرکز داده داده را دارد تعلق خواهد گرفت.

شكل ٣-٢ الگوريتم ساختار خوشهبندي اوليه

در این ساختار ابتدا خوشههای اولیه با استفاده از پارامتر فاصله نسبی هر نقطه داده از مراکز تعیین شده اولیه تشکیل میشوند و پس از آن به بهبود خوشههای تشکیل شده دست خواهیم زد.

مراکز اولیه از طریق میانگین گیری از کلیه بردارها در هر مجموعه نقطه دادهای بدست می آیند. از فاصله اقلیدسی برای تعیین نزدیکی هر نقطه دادهای به مراکز خوشه استفاده شده است. فاصله بین یک بردار X و اقلیدسی برای X و بردار دیگر رابطه X و بردار دیگر رابطه X و بردار دادهای به خوشههای مناسب مشخص شدهاند.

ساختار خوشهبندی

$$d(X,Y) = \sqrt{(x^{1} - y^{1})^{2} + (x^{2} - y^{2})^{2} + \dots + (x^{2} - y^{2})^{2}}$$

$$(9-7)$$

$$d(X,D) = \min(d(X,Y), where Y \in D)$$
 (1.-7)

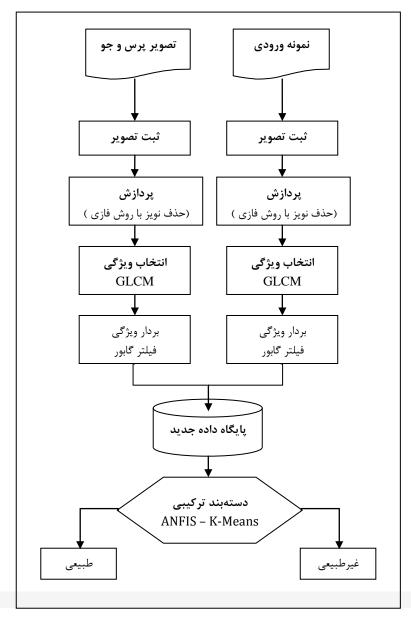
مرحله اول در گام دوم تعیین فاصله بین هر نقطه دادهای و مراکز اولیه کلیه خوشهها میباشد. سپس نقاط دادهای به خوشههای متشکل از نزدیک ترین مراکز اختصاص داده می شوند. این مسئله منتج به یک گروهبندی اولیه از نقاط دادهای می شود. برای هر نقطه دادهای، خوشهای که به آن تخصیص داده شدهاست سرخوشه و فاصله آن از مرکز نزدیک ترین خوشه یادداشت می شود. حضور نقاط دادهای در خوشههای مختلف می تواند منجر به تغییر در مقادیر و ارزشهای مراکز خوشهای گردد. برای هر خوشه، مراکز با اقتباس میانگین مقادیر نقاط دادهای، مجدداً محاسبه می شوند. تا این مرحله، مراکز اولیه به صورت مدون محاسبه شدهاند. مرحله بعدی یک فرایند تکراری است که از روش تجربی برای بهبود کارایی استفاده می کند. در طول تکرار، نقاط دادهای مجدداً در میان خوشههای مختلف توزیع می شوند.

این روش شامل ردیابی فاصله بین هر نقطه دادهای و مرکز نزدیک ترین خوشه فعلیاش می شود. در شروع تکرار، فاصله هر نقطه داده از مرکز جدید نزدیک ترین خوشه فعلیاش تعیین می شود. اگر این فاصله کمتر یا برابر با نزدیک ترین فاصله قبل باشد، آنگاه می توان آن را نشانه آن دانست که نقطه دادهای در آن خوشه باقی مانده و هیچ نیازی به محاسبه فاصله آن از سایر مراکز نمی باشد. این مسئله موجب صرفه جویی در زمان مورد نیاز برای محاسبه فواصل تا K-1 مرکز خوشهای می شود. از طرف دیگر، اگر مرکز جدید نزدیک ترین خوشه خوشه فعلی از نقطه دادهای دور تر از مرکز قبل باشد، آنگاه شانس حضور نقطه دادهای در نزدیک ترین خوشه دیگر وجود دارد. در آن حالت، تعیین فاصله نقطه دادهای از کلیه مراکز خوشه ای ضروری می باشد. مرحله بعدی شناسایی نزدیک ترین خوشه جدید و ثبت مقدار جدید برای نزدیک ترین فاصله می باشد. حلقه تا زمانی تکرار می شود که هیچ نقطه دادهای از مرزهای خوشهای عبور نکند، این مسئله به معیار همگرایی اشاره می کند. روش تجربی توصیف شده درقسمت فوق موجب کاهش معنادار و قابل توجه در تعداد محاسبات و در تیجه بهبود کارایی می شود.

روش پیشنهادی

۳-۳ روش پیشنهادی

نمودار جریان سیستم پشتیبانی از تصمیم گیری پزشکی توسعه یافته برای طبقه بندی تصاویر کلیه در شکل ۳-۳ نشان داده شده است. تصاویر کلیوی ایالات متحده برای بهبود کیفیت تصویر بدست آمده و پردازش میشوند. با استفاده از ساختار فازی تحت عنوان فیلتر کردن، میتوان نویز لکه، نمک و فلفل را برطرف کرد. ویژگیهای بافت توسط ماتریس GLCM استخراج شده و با استفاده از تبدیل موجک گابور ویژگیها بهینه میشوند.



شكل ٣-٣ ساختار الگوريتم پيشنهادي

اندازه گیری معیارها

سیستم پشتیبانی تصمیم گیری با ویژگیهای بهینه آموزش داده میشود و از آن به عنوان پایگاه داده تصویر استفاده می شود. از طبقهبندی کننده و بر اساس بردار فاصله همان طور که تشریح شد، می توان برای طبقهبندی تصاویر بر اساس الگوهای موجود استفاده کرد و تصویر ورودی را با تصویر پرس و جو مقایسه کرد تا نمونه های منفی مثبت و کاذب واقعی تولید شود. طبقهبندی تصویر را می توان با استفاده از سیستم پیشنهادی فازی – عصبی که توضیح داده شد و نهایتا طبقهبند نهایی K-Means به عنوان طبقهبندی بیشنهادی فازی – عصبی که توضیح داده شد و نهایتا طبقهبند نهایی تصویر کند. مطابق با بسیاری از ترکیبی انجام شده است تا تصویر را به صورت عادی یا غیرطبیعی طبقهبندی کند. مطابق با بسیاری از تحقیقات گذشته از دو معیار BSR و PSNR برای یافتن کیفیت تصویر و عملکرد فیلترها استفاده شده است. معیار PSNR خطای مربع تجمعی بین تصویر اصلی و تصویر خروجی را نشان می دهد، در حالی که PSNR اندازه گیری خطای اوج را نشان می دهد. هرچه مقدار MSE پایین تر باشد خطا کمتر است. معیار PSNR می داده می توان با استفاده از تغییرات MSE، محاسبه کرد. فلوچارت الگوریتم پیشنهادی در شکل ۳-۴ نمایش داده شده است.

۳-۴- اندازهگیری معیارها

اندازهگیری معیارها بر اساس ضوابط (۳-۱۱) و (۳-۲۱) انجام خواهد شد.

$$PSNR = 10log_{10}(\frac{R^2}{MSE}) \tag{11-7}$$

$$MSE = \frac{\sum_{M,N} [I_1(m,n) - I_2(m,n)]^2}{M * N}$$
 (17-7)

که در آن، M و N تعداد ردیفها و ستونها در تصویر اصلی است و R حداکثر نوسان در نوع داده ورودی تصویر است. ویژگیهای بافت را می توان با استفاده از ماتریس Gray Level Coocurrence Matrix استخراج کرد و ویژگیهای مهم بافت آن عبارتند از :

اندازه گیری معیارها

 ۱. همبستگی برای تشخیص الگوهای تکراری در تصویر استفاده میشود و مطابق فرمول ۳-۱۳ محاسبه خواهد شد.

$$Autocorrelation = \frac{\sum_{x,y=1}^{N} P(x-\mu)(y-\mu)}{\sum_{x=1}^{N} (x-\mu)^2}$$
 (17-7)

کنتراست که مقدار تغییرات محلی واقع در تصویر را می یابد، اگر (۲,x,y) در ماتریس تغییرات بیشتری داشته باشد آنگاه کنتراست زیاد خواهد بود. مقدار کنتراست را می توان از رابطه ۳-۱۴ به دست آورد.

Contrast =
$$\sum_{x=0}^{N} \sum_{y=0}^{N} |x-y|^2 P(x,y)$$
 (14-17)

۳. همچنین انرژی که به عنوان لحظه زاویهای نامیده میشود و پیکسلهای جفت مکرر را پیدا می کند و اختلال در بافت ها را تشخیص می دهد. هنگامی که توزیع سطح خاکستری دارای یک فرم ثابت یا تناوبی باشد، مقادیر انرژی بالاتر تولید می شود.

$$Energy = \sum_{x=0}^{N} \sum_{y=0}^{N} P(x,y)^{2}$$
(12-7)

۴. آنتروپی نوعی اختلال یا پیچیدگی تصویر است. هنگامی که تصویر از نظر بافت یکنواخت نیست و GLCM مقادیر بسیار کمی در مقایسه با بافتهای پیچیده دارد، بسیار بزرگ است.

$$Entropy = -\sum_{x=0}^{N-1} \sum_{y=0}^{N-1} P(x, y) \log(P(x, y))$$
 (19-7)

۵. همگن بودن نیز به عنوان لحظه اختلاف معکوس خوانده میشود و اختلاف در عناصر جفت را اندازه گیری می کند.

$$Correlation = \frac{\sum_{x,y=1}^{N} P(x,y)}{1 - (x - y)^2}$$
 (1Y-Y)

اندازه گیری معیارها

۶. حداکثر احتمال مناسبترین شکل را در تصویر پیدا می کند.

Maximum Probability =
$$\max (P(x,y))$$
 (1A- Υ)

۷. عدم تقارن تغییرات جفت سطح خاکستری را در یک تصویر پیدا می کند.

Dissimaliarity =
$$\sum x, y |x-y| P(x,y)$$
 (19–7)

۸. واریانس مقادیر ویژگی که نسبتاً زیاد است را مییابد.

$$Variance = \sum_{x=0}^{N-1} \sum_{y=0}^{N-1} (x - \mu)^2 P(x, y)$$
 (7.-7)

۹. اندازهگیری کواریانس از گسترش یا پراکندگی دادهها در دسته مربوطه انجام خواهد شد.

$$Covariance = \frac{1}{N} \sum_{x,y} (x_i - x)(y_i - y)$$
 (Y1-Y)

۱۰. همبستگی وابستگیهای خطی تون خاکستری تصویر را اندازه می گیرد.

$$Correlation = \frac{\sum_{x,y=0}^{N-1} (x*y)P(x,\mu) - \left\{\mu_x * \mu_y\right\}}{\sigma_x * \sigma_y} \tag{TT-T}$$

مجموعه ویژگیهای بافت را میتوان برای کاهش ابعاد از ویژگیهای استخراج شده انتخاب کرد. با افزایش تعداد ویژگیهای بافت میتوان عملکرد طبقهبندی را بهبود داد. با این حال، عملکرد طبقهبندی بستگی به تعداد، کیفیت ویژگیها و اندازه یک مجموعه آموزشی دارد. وجود ویژگیهای ناکارآمد کارایی عملکرد طبقهبند را کاهش میدهد. فرآیند انتخاب ویژگی میتواند با استفاده از گابور برای بهینهسازی ویژگیهای لازم در بافت یک تصویر انجام شود.

از طبقهبند بردار فاصله می توان برای یافتن پیکسلهای طبقهبندی شده در یک تصویر استفاده کرد. پارامترهای بردار فاصله استفاده شده برای اندازه گیری برآوردهای مختلف برای طبقه بندی بیشتر به شرح زیر

Minkowski distance:
$$D_{st} = (\sum_{i=1}^{n} |x_s - x_t| \rho)$$
 (۲۲-۲)

Euclidean distance:
$$D_{st} = \sqrt{(x_s - x_t)(x_s - x_t)'}$$

Mahalanobis distance:
$$D_{st} = \sqrt{(x_s - x_t)C^{-1}(x_s - x_t)'}$$

City block distance:
$$D_{st} = \sum_{j=1}^{n} |x_{sj} - x_{tj}|$$
 (19-17)

Chebychev distance:
$$D_{st} = max_j\{|x_{sj} - x_{tj}|\}$$
 (YY-Y)

Cosine distance:
$$D_{st} = 1 - \frac{x_s x_t}{\sqrt{(x_s x_s')(x_t x_t')}}$$
 (YA-Y)

Correlation distance:
$$D_{st} = 1 - \frac{(x_s - \overline{x_s})(x_t - \overline{x_t})}{\sqrt{(x_s - \overline{x_s})(x_s - \overline{x_s})'} \sqrt{(x_t - \overline{x_t})(x_t - \overline{x_t})'}}$$
 (۲۹-۳)

Spearman distance:
$$D_{st} = 1 - \frac{(r_s - \overline{r_s})(r_t - \overline{r_t})}{\sqrt{(r_s - \overline{r_s})(r_s - \overline{r_s})'}\sqrt{(r_t - \overline{r_t})(r_t - \overline{r_t})'}}$$
 (T*-T)

$$Relative \ distance: D_{st} = \frac{\sqrt{\sum_{i=1}^{n-1} (r_s - r_t)^2}}{\frac{1}{2} \sqrt{\sum_{i=1}^{n-1} (r_s)^2} \sqrt{\sum_{i=1}^{n-1} (r_t)^2}}$$
 (٣1-٣)

 x_{t} و x_{s} در جایی که x_{sj} رتبه x_{sj} گرفته شده با x_{t} x_{t} است و x_{t} است و x_{t} است و x_{t} و x_{t} هستند.

$$r_{s} = (rs1, rs2, ..., rsn) \text{ and } \overline{r_{s}} = \frac{1}{n} \sum_{j=1}^{n} r_{sj} = \frac{(n+1)}{2}, \overline{r_{t}}$$

$$= \frac{1}{n} \sum_{j=1}^{n} r_{tj} = \frac{(n+1)}{2}$$
(YY-Y)

خلاصه فصل

٣-۵- خلاصه فصل

طبقهبندی، فرایند دستهبندی ورودی داده شده توسط آموزش با طبقهبند مناسب است. در کار حاضر، از ساختار فازی – عصبی و دستهبند K-Mean به عنوان طبقه بندی ترکیبی برای طبقه بندی تصویر کلیه در ایالات متحده استفاده می شود.

پایگاه داده

فصل ۴ تحلیل نتایج

-1مفاهیم و مقدمات

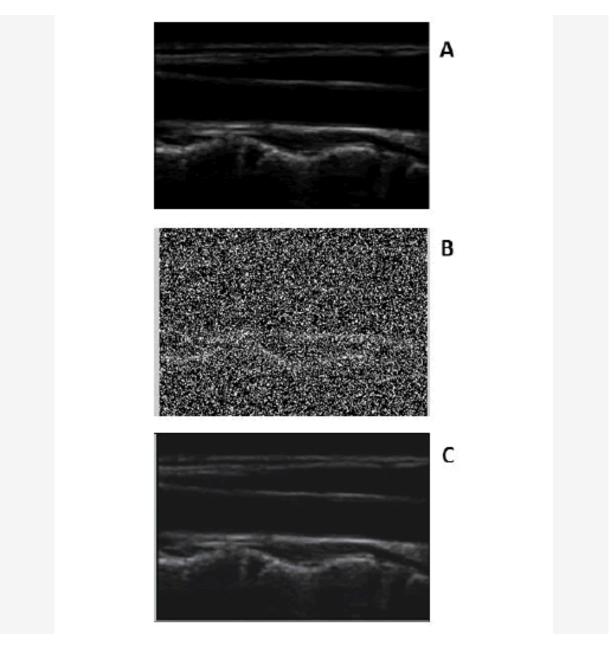
این بخش به بررسی اعتبار نمونههای تحقیقاتی و آزمون قابلیت اطمینان میپردازد. افزون بر این، در این قسمت، نتایج حاصل از خوشهبندی برای مدل تشخیص و ارزیابی عملکرد استفاده شده است. روال پیاده سازی در این طرح با نرم افزار Matlab انجام شد.

۲-۴ یایگاه داده

در این طرح سیستم طبقهبندی تصویر کلیوی پیشرفته ایالات متحده با استفاده از Matlab اجرا شد. تصاویر کلیوی ایالات متحده در مجموع ۲۴۸ تصویر از بانک اطلاعاتی موجود یعنی کلیه تصویر مخزن، US-TIP کلیوی ایالات متحده در مجموع ARI گرفته شده است. الگوریتم ANFSI یعنی فیلتر برای از بین بردن نویزهایی مانند نویز لکه، نمک و فلفل موجود در تصویر استفاده شده است. به طور کلی، تصاویر دیتابیس با یا بدون نمک و فلفل میباشد. از این رو نویز برای حذف بیشتر اضافه شده است. به منظور دستیابی به عملکرد بهتر، سطح تراکم نویز با تصاویر دیتابیس به ۰۵ دسی بل افزایش یافته و پردازش میشود.

پایگاه داده

شکل ۱-۴ تصویر نمونه را قبل از افزودن تراکم نویز، تصویر پر نویز پس از افزودن ۰.۵ دسی بل و تصویر پس از اجرای الگوریتم پیشنهادی را نشان میدهد. ویژگیهای بافت با استفاده از ماتریس GLCM استخراج و مقادیر ویژگی در جدول ۱-۴ ارائه شده است. بردارهای انتخاب ویژگی برای بهینهسازی ویژگیهای لازم در یک تصویر توسط گابور انجام شد، روند انتخاب ویژگی با استفاده از انرژی گابور، دامنه متوسط، هیستوگرام و لحظههای موجک انجام شد.



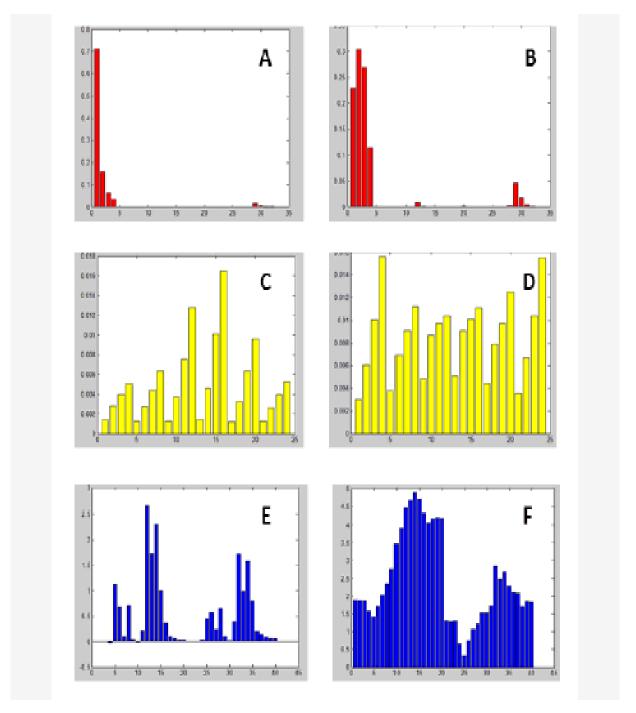
شکل ۴-۱ (A) تصویر نمونه، (B) تصویر نویز با چگالی صوت ۰.۵ دسی بل، (C) تصویر فیلتر شده با الگوریتم پیشنهادی.

پایگاه داده

جدول ۴-۱ مقادیر استخراج شده برای ویژگی ها

ارزش	ویژگ <i>ی</i>	رديف
۵۲.۹۷	Autocorrelation	١
٧.٩٣	Contrast	۲
•. 779	Energy	٣
V. TTTT	Entropy	۴
1	Homogeneity	۵
٧٣٨	MaximumProbability	Ŷ
1.079	Dissimilarity	٧
• . 679	Variance	٨
	Covariance	٩
. 219	Correlation	١.
1.777	InverseDifferenceMoment	11
4.107	ClusterProminence	١٢
۵۸.۶۷۱	ClusterShade	١٣

ویژگی های بهینه شده توسط موجک گابور و ویژگیهای تصویر مقصد مورد نیاز برای تشخیص برآورد شد. نمودارهای Gabor Energy ،Histogram و Wavelet Moments از پایگاه داده تصاویر کلیه در ایالات متحده برای تصاویر عادی و غیر طبیعی توسط موجک گابور در شکل ۲-۲ نشان داده شده است.



شکل ۴-۲ (A) هیستوگرام برای تصاویر عادی، (B) هیستوگرام برای تصاویر غیرطبیعی، (C) انرژی گابور برای تصاویر عادی، (E) انرژی گابور برای تصاویر غیرطبیعی. (E) انرژی گابور برای تصاویر غیرطبیعی. برای تصاویر غیرطبیعی.

تحلیل دادهها

۴-۳- تحلیل دادهها

۴-۳-۱ زمان اجرا

بر اساس مشاهدات جدول ۴-۲ بهترین روش پیشنهادی با تعداد دادهها آموزش مختلف تست و زمانسنجی شده است.

جدول ۴-۲ نتایج خوشهبندی

زمان اجرا (دقیقه)	روش پیشنهاد <i>ی</i>
٣	ANFIS(50)
m s	ANFIS(223)

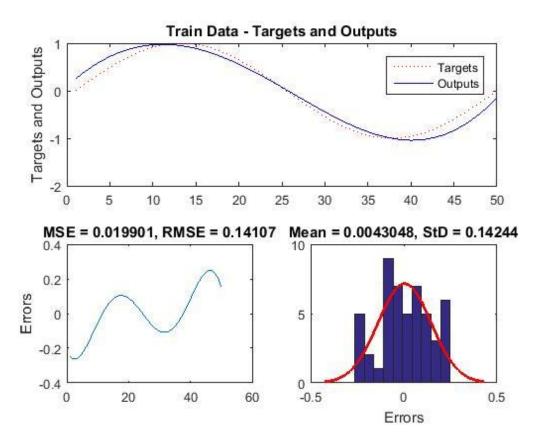
۴-۳-۴ نتايج الگوريتم

با توجه به جدول ۴-۳ کاملا واضح است که نتیجه حاصل از الگوریتم با بیشترین مقدار ممکن برای داده آموزش کمترین هزینه را به خود اختصص داده است و در عین حال زمان اجرای بیشتری دارد و دلیل این امر در تعداد دفعات تکرار این الگوریتم به وضوح خود را نشان می دهد و احتمال دارد اختلاف ناشی از دقت را با الگوریتم دیگری با درصد قابل توجهی در صرفه جویی در هزینه جبران کند.

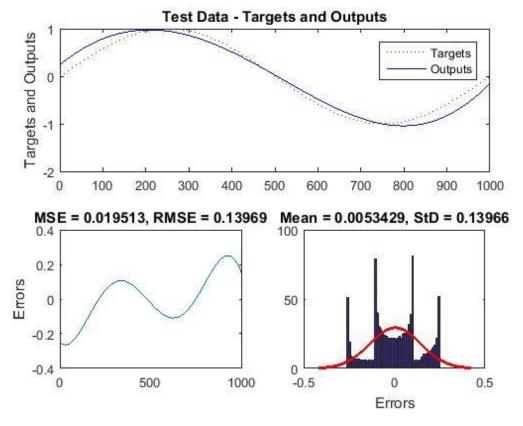
جدول ۴-۳ نتایج الگوریتم پیشنهادی

زمان اجرا (دقیقه)	بهترین هزینه	تعداد تكرار	روش پیشنهاد <i>ی</i>
٣	٠.١۵	۲	۵۰ داده آموزش
375	٠.٠٢	۵۰۰	۲۲۳ داده اَموزش

تحلیل دادهها

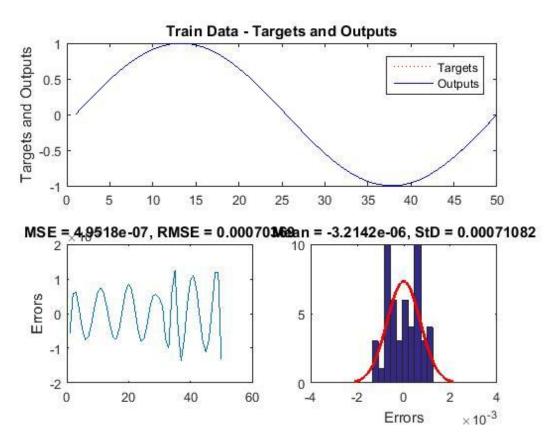


شکل ۴-۳ خطای شبیهسازی برای داده آموزش با ۵۰ داده

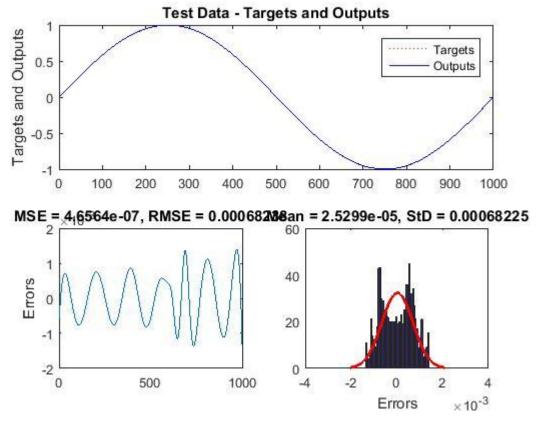


شکل ۴-۴ خطای شبیهسازی برای داده آزمایش با ۵۰ داده

تحلیل دادهها



شکل ۴-۵ خطای شبیهسازی برای داده آموزش با ۲۲۳ داده



شکل ۴-۶ خطای شبیهسازی برای داده آزمایش با ۲۲۳ داده

نتایج خوشهبندی

کاملا مشهود است که دادههای آزمایش با تعداد متفاوت، با تعدادهای تکرار متفاوتی به نتیجه مطلوب دست یافتهاند. این موضوع با نگاه دقیق تر به مدت زمان اجرای الگوریتمها در محیط پیادهسازی آشکار تر خواهد شد. تفاوت ناشی از زمان اجرا و تعداد دفعات تکرار به علت پیچیدگی در توابع ارزیابی و تخمین حاصل شده است. طبیعی است که با کاهش تعداد دادههای آموزش هزینه اجرای کار هم کاهش یابد.

۴-۴ نتایج خوشهبندی

بعد از استخراج گروه خوشهبندی اولیه برای خوشهبندی تمام دادهها استفاده کردیم. این رویکرد از طریق خوشهبندی دو مرحلهای تمام دادهها را با موفقیت در دو خوشه (گروه) طبیعی یا غیرطبیعی قرار داد. جدول ۴-۴ نتایج حاصل از تشخیص دادههای مورد آزمایش با استفاده از مدل ترکیبی و هر یک از اجزاء مدل به شکل جداگانه را نشان می دهد. دقت این مدل بیش از ۹۰٪ بود. افزون بر این، مدل ترکیبی بهتر از مدلهای قدیمی بود.

جدول ۴-۴ مقایسه کلی

روش ترکیبی	ANFIS	K-Mean	روش
90.1	۸۶.۹	۵.۴۷	۔ دقت تشخیص نتایج

جدول ۴-۵ مقایسه نتایج با آزمونهای آماری

آزمو <u>ن</u>	مقدار -p با توجه به مجموعه داده					
	ANFIS	K-Mean	روش ترکیبی			
کای– دو	٠.١	٠.٠٣	٠.٠٠٣			
شاپيرو – ويلک	٠.٠١	•,•••	۰.۰۰۳			
چولگی	۰.۲۶	٠.٠١۶	۰.۳۴			
کشیدگی	۲.٠	٠.٠٣	٠.٠۴٨			

جدول ۴-۶ مقایسه دقت مدل با آزمونهای آماری

كنتراست	أمار تست	مقدار –p
ANFIS K-Mean	۸۶۸.۴۱	•.•••
ANFIS K-Mean + ANFIS	۸.۰۴۴	٠.٠٠۴۵
K-Mean K-Mean + ANFIS	٠.٧٧٠	٠.٣٧٩٩

$-\Delta - 4$ مقایسه نتایج با روشهای کلاسیک

توزیع دادهها، فاکتور مهم دیگر است که باید به دلیل تاثیر آن بر تعداد گزینههای خوشهبندی شده در مجموعه داده، در نظر گرفته شود که این امر می تواند منجر به تصمیمات اشتباه شود.

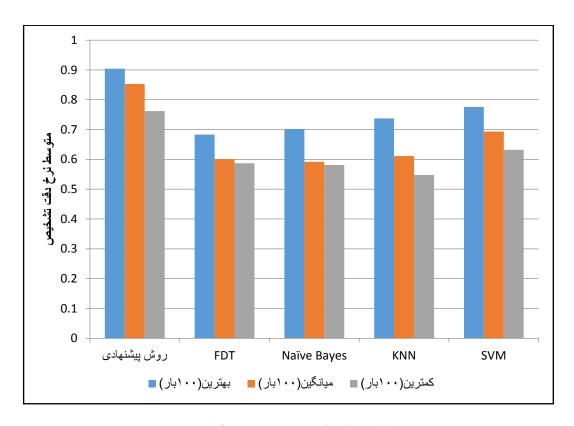
جدول ۴-۷ مقایسه نرخ دقت مدلهای تشخیص متفاوت در پایگاه پزشکی اختلالات کلیوی

روش	SVM	KNN	Naïve Bayes	FDT	روش پیشنهادی
		ت تشخیص	متوسط نرخ دقن		
بهترین(۱۰۰بار) میانگین(۱۰۰بار) کمترین(۱۰۰بار)	• .9VP. • .90Y • .97Y	۰.۷۳۷ ۰.۶۱۱ ۸۴۵.۰	۰.۷۰۲ ۰.۵۹۲ ۱۸۵۰	• ۶۸۳ • ۶• ۱ • .۵۸۷	۰ ۵۹.۰ ۰ ۸۵۳ ۲۹۷.۰

حال به مقایسه تحقیقات ثبت شده در این زمینه با روشهای گوناگون ولی با پایگاه داده مشابه پرداخته شده است. نتایج نشان میدهد که روش پیشنهادی نسبت به بسیاری از روشهای مطرح شده برتر بوده و دقت بالاتری را حاصل کرده است.

جدول ۴-۸ مقایسه نرخ دقت با سایر رویکردها از تحقیقات قبلی در پایگاه داده پزشکی اختلالات کلیوی

نویسنده (سال)	متد	دقت طبقه بندی(٪)(بهترین)
Yildirim(2008)[38]	GRNN	٧٣.٣
Goncalves (2009)[35]	HNFB	٨٩.٩
R. Das, I. Turkoglu(2010) [45]	Statistical Methodes	АЯ
Rajkumar (2010)[50]	Data Mining	۵۳.۴
M. Kumari, S. Godara(2011)[44]	SVM	۸۴.۱
M. Kumari, S. Godara(2011)[44]	Clustering	V9.1
M. Kumari, S. Godara(2011)[44]	DTM	۸۱.۱
Hong Mi(2012)[47]	MLP	Р.7Л
Gennari (2013)[48]	Clustering	P.AY
Detrano (2014)[49]	Regresion	W
روش پیشنهاد <i>ی</i>	K-Mean + ANFIS	۹۵.۱



شکل ۴-۷ مقایسه بهترین نرخ دقت

۴-۶- بررسی صحت عملکرد مدل

در نهایت عملکرد طبقهبندی کنندههای مختلف از نظر حساسیت، ویژگی و دقت مورد بررسی قرار گرفت. با استفاده از روش طبقهبندی بردار فاصله می توان حساسیت را تخمین زد.

$$Sensitivity = \frac{T_p}{T_p + F_n} \times 100$$
 (1-4)

که Tp مثبت واقعی، Tn منفی واقعی، Fp مثبت نادرست و Fn منفی کاذب است. ویژگی به عنوان احتمال منفی برای تست تصویر نامیده میشود و میتواند توسط آن تخمین زده شود.

$$Specificity = \frac{T_n}{T_n + F_p} \times 100$$
 (Y-F)

دقت احتمال این است که آزمایش تصویر برای تشخیص به درستی انجام شود.

$$Accuracy = \frac{T_n + T_p}{T_n + T_p + F_n + F_p} \times 100$$
 (Y-F)

عملکرد طبقهبندی کنندههای مختلف در جدول ۴-۹ نشان داده شده است. دقت، حساسیت و ویژگی با مقایسه ورودی و تصویر پرس و جو برای به دست آوردن تصاویر واقعی مثبت، واقعی منفی، کاذب مثبت و کاذب منفی در بانک اطلاعات محاسبه می شود.

نتایج تشخیص بانک داده با استفاده از طبقهبندی کنندههای مختلف در جدول ۴-۱۰ آورده شده است. بر اساس این جدول مشخص میشود که طبقهبندی ترکیبی تصاویر طبیعی و غیر طبیعی را با دقت بیشتری از سایر طبقهبندی کنندهها تفکیک میکنند.

مقایسه عملکرد سیستم طبقهبندی توسعه یافته با طبقهبندی کنندههای موجود در جدول ۴-۱۱ آورده شده است. ماشین بردار پشتیبانی با شبکه عصبی مصنوعی دقت بالاتری از ۹۹۶٪ تولید می کند.

جدول ۴-۹ عملکرد طبقهبندی کنندههای مختلف

Accuracy (%)	Specificity (%)	Sensitivity (%)	FP	TN	FN	TP	تعداد كل تصاوير	دستهبند تصویر	ن ف رد ف
۸۸.۳	٠.٧	٨٩.٩	ç	14	77	۲۰۵	747	Minkowskidistance	1
٨۵.٨	۶۸.۴	۸٧.٣	9	١٣	۲۹	۲.,	747	Euclideandistance	۲
٩٠.٣	٧٧.٧	٩١.٣	۴	14	۲.	۲۱.	741	Mahalanobis	٣
19.9	99.9	۸٩.١	٩	١٨	74	197	747	CityblockDistance	۴
۸۸.۳	۸۵.۷	۸۸.۴	۲	17	۲٧	۲.٧	747	ChebychevDistance	۵
۸۷٫۵	۸۸.۲	۸٧.۴	۲	١۵	۲٩	۲.۲	747	CosineDistance	9
AY	٧١.۴	٨٨	۴	١.	۲۸	۲.۶	747	CorrelationDistance	٧
14.9	٠.۶	۸۶.۲	9	٩	٣٢	۲.۱	747	SpearmanDistance	٨
٨٩١	94.7	۸۸.۶	١	١٨	۲۶	۲.۳	747	RelativeDeviation	٩
14.9	٧۴	10.9	٧	۲.	٣١	19.	747	NormalizedSVMwithKNN	١.
۹۳.۵	99.9	94.7	۲	۴	14	777	747	SVM	11
94.7	٠.٧۵	90	١	٣	١٢	777	747	SVMwithKNN	17
90.9	١	90.9	•	١	١.	777	747	SVMwithANN	١٣
90.1	٨٣.٣	90.0	١	۵	11	777	747	روش پیشنهادی	14

جدول ۴-۱۰ عملکرد بر اساس طبقهبندی تصویر

	ر دستهبندی شده) Accuracy	-	 تعداد کل تصاویر	دستەبند تصوير	ن غ ردي
	غيرطبيعي	طبيعى			
۸۸.۳	140	١.٣	747	Minkowskidistance	١
٨۵.٨	14.	١.٨	747	Euclideandistance	۲
٩٠.٣	١٣٧	111	747	Mahalanobis	٣
19.9	189	1.9	747	CityblockDistance	۴
۸۸.۳	149	99	747	ChebychevDistance	۵
۸٧.۵	144	1.4	747	CosineDistance	۶
AY	144	١٠٥	747	CorrelationDistance	٧
14.9	141	1.4	747	SpearmanDistance	٨
٨٩١	144	1.0	747	RelativeDeviation	٩
14.9	١۵٠	٩٨	747	NormalizedSVMwithKNN	١.
97.0	١٣٧	111	747	SVM	11
94.7	189	117	747	SVMwithKNN	١٢
90.9	١٣٣	110	747	SVMwithANN	١٣
98.1	180	۱۱۳	747	روش پیشنهادی	14

جدول ۴-۱۱ مقایسه دقت طبقهبندی به دست آمده با روشهای مختلف

نرخ صحت دستهبندی	دستەبند	انتخاب ویژگی	حذف نويز	محقق	رديف
9.7	AssociationRule/NaiveBayes	DataMining	-	Joseetal.[8]	١
90	ANN	DWT	Medianfilter	Attiaetal. [14]	۲
90.1	ANN	-	Gaborfilter	Viswanathand Gunasundari[13]	٣
٨۴	LSSVM	-	-	Aslanetal. [18]	۴
14.0	KNN	GLCM	Gaussianlow- passfilter	Premaetal. [9]	۵
98.0	SVM	GLCM	FuzzyCmeansfilter	Presentwork	۶
94.7	SVMwithKNN				
98.9	SVMwithANN				
90.1	روش پیشنهادی				

نتیجه

فصل ۵ نتیجه گیری

۵-۱- نتیجه

یک سیستم طبقهبندی تصویر کلیه کارآمد با استفاده از طبقهبندی کنندههای مختلف ارائه شده است. روش فازی به منزله یک فیلتر برای از بین بردن نویزهای موجود در تصویر استفاده شده است و ویژگیهای بافت با استفاده از روش همبستگی سطح خاکستری استخراج میشود. خصوصیات استخراج شده با استفاده از موجک های گابور و تساوی هیستوگرام انتخاب شدند. عملکرد طبقهبندها تخمین زده شد و مشخص شد که طبقه بندی کننده ترکیبی پیشنهادی از بهترین طبقهبندها است. در این راستا دو آزمایش دیگر نیز انجام شد که در آنها شبیهسازی با دادههای آموزش نتفاوت تست شد. بر اساس آزمایشات انجام شده نتایج حاصله در جدول ۵-۱ به وضوح از برتری آزمایش با ۲۲۳ داده آموزش خبر میدهد. البته لازم به ذکر است که حتما باید مصالحهای در این زمینه انجام گیرد. پس در حالتی که ما ترم انرژی * زمان را در نظر بگیریم ارقام، راه کار بهتری معرفی میکنند.

جدول ۵-۱ آزمایش

تکرار× هزینه	روش پیشنهادی
١٠	با ۲۲۳ داده آموزش
٣٠	با ۵۰ داده آموزش

۵-۲- نتیجه گیری

در روش پیشنهادی پس از طراحی سیستم استنتاج فازی ANFIS، آن را در دو حالت مورد آزمایش قرار دادیم و مرحله اول با ۵۰ نمونه داده آموزشی و در مرحله دوم با ۲۲۳ نمونه داده آموزشی طرح اجرا شد. نتایج به وضوح نشان دادند که زمان اجرای طرح در حاتی که دادههای آموزشی کمتر بودند مطلوب تر بود، اما در نقطه مقابل از افزایش دقت پاسخ سیستم با دادههای آموزشی بیشتر نمی توان به راحتی چشم پوشی کرد. نکته قابل توجه در این است که در حالت ورودیهای آموزش پایین تفاوت معناداری بین پاسخ الگوریتم دیده نمی شد و این بدان معناست که با حجم دادههای کم الگوریتم تقریبا به شکل مشابهی عمل می کنند، اما هنگام افزایش دادههای آموزش الگوریتم به مراتب بهتر خواهد بود.

Δ -۳– کارهای آتی

به خاطر ملاحظات زمانی و هزینهای، این مطالعه را میتوان از لحاظ دقت تشخیص و کاربرد تحقیقاتی با استفاده از روشهای دیگر بهبود بخشید. با این اوصاف، میتوان از ساختارهای فرا ابتکاری برای بهینهسازی خوشهبندی مناسب استفاده کرد. پس در همین راستا میتوان به سراغ الگوریتمهای بهینهسازی فراابتکاری رفت تا نتایج بهتری برای سیستم در اختیار داشته باشیم. در این راستا الگوریتمهای مورچگان، ژنتیک، ازدحام ذرات و تکامل تفاضلی به دلیل مبتنی بر جمعیت بودن مناسبتر به نظر میرسند.

منابع

منابع

- [1] N. Vivekanandan, Prediction of seasonal and annual rainfall using order statistics approach of Gumbel and Frechet distributions, British Journal of Engineering and Technology, 1(1), 2012, 140-151.
- [2] S. M. Chen, Y. M. Wang and I. Tsou, Using artificial neural network approach for modelling rainfall—runoff due to typhoon, Journal of Earth System Science, 122(2), 2013, 399-405.
- [3] Y. M. Wang, S. Traore, T. Kerh and J.M. Leu, Modelling reference evapotranspiration using feed forward back propagation algorithm in arid regions of Africa, Irrigation Drainage, 60(3), 2011, 404–417.
- [4] H. E. Amr, A. El-Shafie, G. E. Hasan, A. Shehata and M. R. Taha, Artificial neural network technique for rainfall forecasting applied to Alexandria, International Journal of the Physical Sciences, 6(6), 2011, 1306-1316.
- [5] S. Jalal, K. Özgur, M. Oleg, S. Abbas-Ali and N. Bagher, Fore-casting daily stream flows using artificial intelligence approaches, ISH Journal of Hydraulic Engineering, 18(3), 2012, 204-214.
- [6] M. Mustafa, R. Rezaur, S. Saiedi, H. Rahardjo and M. Isa, Evaluation of MLP-ANN training algorithms for modelling soil pore-water pressure responses to rainfall, Journal of Hydrologic Engineering, 18(1), 2013, 50-57.
- [7] P.C. Nayak, B. Venkatesh, B. Krishna, and S.K. Jain, Rainfall-runoff modelling using conceptual, data driven, and wavelet based computing approach, Journal of Hydrology, 493(1), 2013, 57–67.
- [8] Jadhav MV, Sattikar A. REVIEW of Application of Expert Systems in the Medicine. Sinhgad Institute of Management and Computer Application (SIMCA), [Internet] 2014 [cited 2015May 20].
- [9] Sheikhtaheri A, Sadoughi F, Hashemi Dehaghi Z. Developing and using expert systems and neural networks in medicine: a review on benefits and challenges. J Med Syst 2014;38(9):110.
- [10] Ghaderzadeh M, Sadoughi F, and Ketabat A. Designing a clinical decision support system based on artificial neural network for early detection of prostate cancer and differentiation from benign prostatic hyperplasia. Health Inf Manag 2012;9(4):457-64.
- [11] Ramana, K.V., Basha, K., Neural Image Recognition System with Application to Tuberculosis Detection, IEEE proceeding of International Conference of Information Technology, 2004

بنابع

[12] Jiusheng, L., Zhenwu, B., Appication of Neural Network Optical Fiber Temperature Sensor Probe Design Used in Medical Treatment. IEEE Trans. Neural Network and Signal Processing, pp. 389-392, Dec. 2003

- [13] M. Kumari, S. Godara, "Comparative Study of Data Mining Classification Methods in Cardiovascular Disease Prediction," International Journal of Computer Science and Technology, vol. 2, Issue 2, June (2011).
- [14] N. Al-Milli, "Backpropagation neural network for prediction of heart disease," Journal of theoretical and applied information Technology, vol. 56, pp.131-135, Oct 10, 2013.
- [15] R. Das, I. Turkoglu, A. Sengur, Effective Diagnosis of Heart Disease through Neural Network Ensemble, "Expert Systems with Applications" vol. 36 issue 4, pp. 7675-7680, May (2009). [Available]: 10.1016/j.eswa.2008.09.013.
- [16] N. Guru, A. Dahiya and N. Rajpal, "Decision Support System for Heart Disease Using Neural Network," Delhi Business Review, vol. 8, No 1, pp. 1 6, Jan June (2007).
- [17] S. Prabhat Panday, N. Godara, "Decision Support System for Cardiovascular Heart Disease Diagnosis using Improved Multilayer Perceptron," International Journal of Computer Applications (0975 8887) Vol. 45–No.8, May (2012).
- [18] Gennari, J. Models of incremental concept formation. Journal of Artificial Intelligence, vol. 1, pp. 11-61., 1989.
- [19] J. S. Sonawane, D. R. Patil and V. S.Thakare, "Survey on Decision Support System for Heart Disease," International Journal of Advancements in Technology, vol 4, pp. 89-96, 2013.
- [20] A. Rajkumar and G. S. Reena, "Diagnosis of heart disease using data mining algorithm," Global Journal of Computer Science and Technology, vol. 10, pp. 38-43, December 2010.
- [21] Vanisree K., Jythi Singaraju, "Decision Support System for Congenital Heart Disease Diagnosis based on Signs and Symptoms using Neural Networks," International Journal of Computer Applications (0975 8887) vol. 19–No.6, April 2011.
- [22] Ali, M. & S. Satarkar (2013) A Fuzzy Expert System For Pathological Investigation and Diagnosis of Jaundice. International Journal of Advanced Research in Computer and Communication Engineering, 2.
- [23] Chen, H.-L., C.-C. Huang, X.-G. Yu, X. Xu, X. Sun, G. Wang & S.-J. Wang (2013) An efficient diagnosis system for detection of Parkinson's disease using fuzzy k-nearest neighbor approach. Expert systems with applications, 40, 263-271.
- [24] Hasan, M. A. & A. R. Chowdhury (2010) Human Disease Diagnosis Using a Fuzzy Expert System. ArXiv preprint arXiv: 1006.4544.

منابع منابع

[25] Mohebeh Sadat Katebi, H. T., Mohammad Reza Baghaei Pour, Majid Hassanzadeh (2014) A FUZZY EXPERT SYSTEM FOR THE PREVENTOPN AND DIAGNOSIS OF BLOOD DISEASES. Indian Journal of Fundamental and Applied Life Sciences, 4.

- [26] Seising, R., C. Schuh & K.-P. Adlassnig. 2003. Medical knowledge, fuzzy sets and expert systems. In Workshop on intelligent and adaptive systems in medicine, Prague.
- [27] Zarandi, M. F., M. Zolnoori, M. Moin & H. Heidarnejad (2010) A fuzzy rule-based expert.
- [28] A. Fernández, M.J. Jesus, F. Herrera, on the influence of an adaptive inference system in fuzzy rule basedclassification systems for imbalanced data-sets, Expert Systems with Applications 36 (2009) 9805–9812.
- [29] C.S. Lee, M.H. Wang, Ontology-based intelligent healthcare agent and its application to respiratory waveform recognition, Expert Systems with Applications 33 (3) (2007) 606–619.
- [30] C.-C. Bojarczuk, H.-S. Lopes, A.-A. Freitas, Genetic programming for knowledge discovery in chest-pain diagnosis, IEEE Engineering in Medicine and Biology Magazine 19 (4) (2000) 38–44.
- [31] C.-S. Lee, M.-H. Wang, Ontological fuzzy agent for electrocardiogram application, Expert Systems with Applications 35 (2008) 1223–1236.
- [32] D.T. Pham, S.S. Dimov, Z. Salem, Technique for selecting examples in inductive learning, in: European Symposium on Intelligent Techniques (ESIT 2000), Aachen, Germany, 2000, pp. 119–127.
- [33] D.E. Goodman, L. Boggess, A. Watkins, Artificial immune system classification of multiple-class problems, in: Proceedings of the Artificial Neural Networks in Engineering ANNIE, 2002, pp. 179–183.
- [34] I. Gadaras, L. Mikhailov, An interpretable fuzzy rule-based classification methodology for medical diagnosis, Artificial Intelligence in Medicine 47 (1) (2009) 25–41.
- [35] J. Andrés, M. Landajo, P. Lorca, Forecasting business profitability by using classification techniques: a comparative analysis based on a Spanish case, European Journal of Operational Research 167 (2) (2005) 518–542.
- [36] K. Polat, S. Gunes, A. Arslan, A cascade learning system for classification of diabetes disease: generalized discriminant analysis and least square support vector machine, Expert Systems with Applications 34 (1) (2008) 482–487.
- [37] L.B. Gonc, alves, M.M.B.R. Vellasco, M.A.C. Pacheco, F.J. de Souza, Inverted hierarchical neuro-fuzzy BSP system: a novel neuro-fuzzy model for pattern classification and rule extraction in databases, IEEE Transactions on Systems, Man, and Cybernetics Part C: Applications and Reviews 36 (2) (2006) 236–248.

منابع

[38] M. Setnes, U. Kaymak, Fuzzy modeling of client preference from large data sets: an application to target selection in direct marketing, IEEE Transactions on Fuzzy System 9 (2001) 153–163.

- [39] M. Yalcin, T. Yıldırım, Karaci ger bozukluklarının yapay sinir a gları ile tes hisi, in: Biyomedikal Muhendisli gi Ulusal Toplantısı (BIYOMUT 2003), Istanbul, Turkiye, 2003, pp. 293–297.
- [40] Bailey, M., Teichman, J., & Sorensen, M. (2016). U.S. Patent No. 9,414,806. Washington, DC: U.S. Patent and Trademark Office.
- [41] Tzou, D. T., Usawachintachit, M., Taguchi, K., & Chi, T. (2017). Ultrasound use in urinary stones: adapting old technology for a modern-day disease. Journal of endourology, 31(S1), S-89.
- [42] Dai, J. C., Bailey, M. R., Sorensen, M. D., & Harper, J. D. (2019). Innovations in Ultrasound Technology in the Management of Kidney Stones. Urologic Clinics, 46(2), 273-285.
- [43] Zeng, X., Wen, L., Liu, B., & Qi, X. (2019). Deep learning for ultrasound image caption generation based on object detection. Neurocomputing.
- [44] Tierney, J. E., Schlunk, S. G., Jones, R., George, M., Karve, P., Duddu, R., & Hsi, R. S. (2019). In vitro feasibility of next generation non-linear beamforming ultrasound methods to characterize and size kidney stones. Urolithiasis, 47(2), 181-188.
- [45] Sorensen, M. D., Thiel, J., Dai, J. C., Bailey, M. R., Dunmire, B., Samson, P. C., & Harper, J. D. (2019). In-Office Ultrasound Facilitates Timely Clinical Care in a Multidisciplinary Kidney Stone Clinic. Urology Practice, 10-1097.
- [46] Velmurugan, V., Arunkumar, M., & Gnanasivam, P. (2017, March). A review on systemic approach of the ultra sound image to detect renal calculi using different analysis techniques. In 2017 Third International Conference on Biosignals, Images and Instrumentation (ICBSII) (pp. 1-7). IEEE.
- [47] János Abonyi, Ferenc Szeifert, Supervised fuzzy clustering for the identification of fuzzy classifiers, Pattern Recognition Letters 24 (14) (2003) 2195–2207.
- [48] R.S. Youssif, C.N. Purdy, Combining genetic algorithms and neural networks to build a signal pattern classifier, Neurocomputing 61 (2004) 39–56.
- [49] S. Greco, B. Matarazzo, R. Slowinski, Rough sets theory for multicriteria decision analysis, European Journal of Operational Research 129 (1) (2001) 1–47.
- [50] S.C.K. Shiu, C.H. Sun, X.Z. Wang, D.S. Yeung, Maintaining case-based reasoning systems using fuzzy decision trees, in: Proceedings of the 5th European Workshop on Case-based Reasoning—EWCBR2K 5, Trento, Italy, 2000, pp. 285–296.

منابع

[51] T. Van Gestel, J.A.K. Suykens, G. Lanckriet, A. Lambrechts, B.D. Moor, J. Vandewalle, Bayesian framework for least squares support vector machine classifiers, Gaussian processes and kernel fisher discriminant analysis, Neural Computation 14 (5) (2002) 1115–1147.

- [52] X.G. Chang, J.H. Lilly, Evolutionary design of a fuzzy classifier from data, IEEE Transactions on Systems, Man, and Cybernetics Part B: Cybernetics 34 (3)(2004) 1894–1906.
- [53] X.-N. Song, Y.-J. Zheng, X.-J. Wud, X.-B. Yang, J.-Y. Yang, A complete fuzzy discriminant analysis approach for face recognition, Applied Soft Computing 10(2010) 208–214.
- [54] Y.-J. Lee, O.L. Mangasarian, SSVM: a smooth support vector machine for classification, Computational Optimization and Applications 20 (1) (2001) 5–22.
- [55] Djam, kimbi, "A decision support System for Tuberculosis diagnosis" The pacific Journal of Science and technology, Vol 12, No. 2, pages 410-425, Nov 2011
- [56] Jebamalar LE, Singh DAAG. Salt and Pepper Noise Detection and Removal in Gray Scale Images. An Experimental Analysis. Int J Signal Process Image Process Pattern Recogn 2013; 6: 343-352.
- [57] Toh KKV, Isa NAM. Cluster Based Adaptive Fuzzy Switching Median Filter for Universal Impulse Noise Reduction. IEEE Transact Consumer Electronics 2010; 56: 2560-2568.
- [58] Shruthi B, Renukalatha S, Siddappa M. Detection of Kidney Abnormalities in Noisy Ultrasound Images. Int J Comput Appl 2015; 120: 28-32.
- [59] Joseph S, Balakrishnan K, Nair BMR, Varghese RR. Ultrasound Image Despeckling using Local Binary Pattern Weighted Linear Filtering. Int J Information Technol Comput Sci 2013; 6: 1-9.
- [60] Onder D, Karacali B. Automated clustering of histology slide texture using cooccurrence based grayscale image features and manifold learning. Biomedical Engineering Meeting, Balcova, Izmir, 2009.
- [61] Raja BK, Madheswaran M, Thyagarajah K. Texture pattern analysis of kidney tissues for disorder identification and classification using dominant Gabor wavelet. Machine Vision Appl 2010; 21: 287-300.
- [62] Mohanaiah P, Sathyanarayana P, Guru-Kumar L. Image texture Feature Extraction using GLCM approach. Int J Sci Res Publication 2013; 3: 1-5.
- [63] Jose JS, Sivakami R, Maheswari UN, Venkatesh R. An Efficient Diagnosis of Kidney Images Using Association Rules. Int J Comput Technol Elect Eng 2012; 2: 14-20.
- [64] Akkasaligar PT, Biradar S. Classification of Medical Ultrasound Images of Kidney. Int J Comput Appl 2014; 3: 24-28.

منابع منابع

[65] Christiyana CC, Rajamani VP. Second Order Statistical Texture Features from a New CSLBPGLCM for Ultrasound Kidney Images Retrieval. Appl Med Informatics 2013; 33: 32-39.

- [66] Xie J, Jiang Y, Hung-Tat T. Segmentation of kidney from ultrasound images based on texture and shape priors. IEEE Eng Med Biol Society 2005; 24: 45-57.
- [67] Tamilselvi PR, Thangaraj P. Segmentation of Calculi from Ultrasound Kidney Images by Region Indicator with Contour Segmentation Method. Global J Comput Sci Technol 2011; 11: 42-51.
- [68] Viswanath K, Gunasundari R. Design and analysis performance of kidney stone detection from ultrasound image by level set segmentation and ANN classification. IEEE Conference on Advances in Computing, Communications and Informatics, New Delhi, 2014, 407-414.
- [69] Attia MW, Moustafa HED, Abou-Chadi FEZ, Mekky N. Classification of Ultrasound Kidney Images using PCA and Neural Networks. Int J Advanced Comput Sci Appl 2015; 6: 53-57.
- [70] Thai LH, Hai TS, Thuy NT. Image Classification using Support Vector Machine and Artificial Neural Network. Int J Information Technol Comput Sci 2012; 5: 32-38.
- [71] Madheswaran M, Dhas ASD. Classification of brain MRI images using support vector machine with various Kernels. Biomed Res India 2015; 26: 505-513.
- [72] Zhang H, Berg AC, Maire M, Malik J. SVM-KNN: Discriminative Nearest Neighbor Classification for Visual Category Recognition. IEEE Comput Vision Pattern Recogn 2006; 2: 2126-2136.
- [73] Aslan MS, Munim HAE, Farag AA, Ghar MAE. Assessment of kidney function using dynamic contrast MRI Techniques: In: Biomedical Image Analysis and Machine Learning technologies. IGI Global 2009, 214-232.

f9 Abstract

Abstract

The kidney stones are used by voting to be found in the human urinary system. It is usually possible to reach as a natural church, and since it has a valid reputation, it can allow you to allow you to allow you to. The two main levels of the kidney include weakening of the blood and monitoring important components in balance. As a matter of fact, inaccurate and unwanted particles in search images, the stone images in these images are complex and challenging. This article makes practical use of the new knowledge about the knowledge of the knowledge, shape, location of the organ organization. Images viewed under control with other medical images including CT and MRI can be finalized. Using this method to describe the church stone, you can not only see the picture more accurately, but also be able to be solved by different methods and be able to use this technique. In this research, using the technique, you can use and modify the modified technique and use fuzzy-neural techniques. According to the method we obtain spontaneously. Using this method, it uses a powerful computational technique. In a Sugeno fuzzy system, with the inference of Mamadani in the legal order, the fuzzy front and the other are non-fuzzy, you can also control with direct access. With this feature, you can buy the service using your own service and you can use it to be able to do it. You can change your hands to discuss added value and eventually change it as a visiting resource using this app. Given this range, 95.1 are allowed.

Keywords: Kidney Stone, Ultrasound Images, Image Processing, K-Means Clustering, ANFIS Fuzzy Structure.



Non-Profit Institution of Shahrood

Title

Providing a Novel Method for Renal Stone Detection and Size Determination using Ultrasonography Images

Presented for Master of Science in Mechanical Engineering

Written by

Mohsen Saberi

Supervisor/Supervisors

M. M. Aliannejadi Ph.D

September 2019