فرم شماره 2

طرح تحقیق پایان نامه کارشناسي ارشد (پروپوزال)



تمامي صفحات طرح تحقيق به صورت تايپ شده تكميل شود.

				عنوان پایان نامه:		
فعال تعیین سطح	نس مغناطیسی و کانکتورهای	M با استفاده از رزونان	بندی تصاویر RI	طبقه و		
Classification of MRI image	es using magnetic reso		ce determina	itors انگلیسی		
			1:	مشخصات دانشجو: نام:		
شماره دانشجويي:	رشته: مهندسی پزشکی)	سورنا	تام:		
40114140111009	گرایش: بیوالکتریک	گ	لطفى ارجمند	نام خانوادگی:		
		۔ مهندسی	دانشکده فنی و ۱	مجتمع /دانشکده:		
امضاء دانشجو:	رمهاي مشروطي: - عداد واحدهاي گذرانده: 11 عدل دروس گذرانده شده:17	ت ك		سال تحصیلی اخذ پایا		
کارشناس گروه/ مدیر آموزش: تذکر: اساتید راهنما و مشاور موظف هستند قبل از پذیرش پروپوزال، به سقف ظرفیت راهنمایی و مشاوره خود توجه نموده و در صورت تکمیل نمودن ظرفیت پذیرش، از امضاء این فرم یا در نوبت قرار دادن آن و ایجاد وقفه در کار دانشجویان جدا پرهیز نمایند بدیهی است در صورت عدم رعایت موازین مربوطه، مسولیت تاخیر در ارائه پروپوزال و عواقب کار، متوجه استاد راهنما خواهد بود. خواهد بود. نام و نام خانوادگی استاد راهنما:						
شاور (در صورت لزوم):	تم و تم حالو،دني استد ه		ساد راهند.	تم و تم حالواندي الله		
امضاء				امضاء		
انشكده:	در شورای پژوهشی مجت <i>مع/</i> د	تصویب د	گروه تخصصي:	تصویب در شورای گ		
وه تأبید معاون/مدیر پژوهشی مجتمع/ دانشکده امضاء: تاریخ:						

طرح تحقیق پایاننامه کارشناسی ارشد

عنوان فارسي پاياننامه: طبقه بندى تصاوير MRI با استفاده از رزونانس مغناطيسى و كانكتورهاى فعال تعيين سطح

1 - بيان مساله و روش اجرا: (ابعاد مساله، معرفي دقيق مساله، فرضيه ها، جنبه هاي مجهول، متغيرها و پرسشها و روشهاي تحقيق)

قطعهبندی تصاویر مغز یک از مهمترین بخشهای ابزارهای تشخیص بالینی میباشد. تصاویر مغز عمدتاً دارای نویز، ناهمگونی و گاهی اوقات انحراف هستند. بنابراین، قطعهبندی صحیح تصاویر مغز کار بسیار دشواری است. با این حال، فرآیند قطعهبندی صحیح این تصاویر برای تشخیص صحیح به کمک ابزارهای بالینی بسیار حائز اهمیت بوده و نقشی تعیینکننده دارد. ما در اینجا بررسی از روش های بکار رفته در قطعهبندی مغز ارائه کردهایم. این بررسی مسائل مربوط به روشهای تصویر برداری با تشدید مغناطیس و روشهای کاهش نویز، اصلاح ناهمگونی و قطعهبندی را تحت پوشش قرار میدهند. در پایان، با ارائه مبحثی درباره روند تحقیقات آتی حوزه قطعهبندی مغز نتیجهگیری میکنیم.

مدل کانکتور فعال که مدل مار ها نیز نامیده می شود یک چاچوب در بینایی رایانه ای است که توسط میکل کاس,اندروویتکن و دمتری ترزوپولوس معرفی شده است.مدل مار ها در دیدگاه رایانه ای محبوب است و این مدل بطور گسترده در برنامه های کاربردی مانند ردیابی شئی,تشخیص شکل,آشکارسازی لبه و تطبیق استریو مورد استفاده قرار می گیرد.

مدل مار یک انرژی کمینه کننده و اسپلاین قابل اصلاح است که تح تاثیر محدویت ها و نیروهای تصویر است که آن را به سمت کانکتورها و نیروهای داخلی متصل می کند که مقاومت در برابر تغییر شکل را دارند.مدل مارها ممکن است به عنوان یک مورد خاص از روش کلی تطیق یک مدل ناپایدار به یک تصویر با استفاده از از به حداقل رساندن انرژی درک شوند.

در دو بعد,مدل شکل فعال,یک نسخه گسسته این رویکرد را نشان می دهد.با استفاده از مدل توزیع نقطه برای محدود کردن محدوده شکل به یک دامنه صریح از یک مجوموعه آموزشی یاد می شود. مارها کل مشکل پیدا کردن خطوط را حل نمی کنند,زیرا این روش نیاز به دانش قبلی شکل کانکتورهای طرحی شده دارد.

قطعه بندی تصاویر به معنای تقسیم بندی یک تصویر به قسمت های همگن,یکی از مسائل بنیادی در کاربردهای مختلف نه فقط سنجش از راه دور بلکه تصویربراری اپتیکی و تحلیل تصویر پزشکی می باشد.قطعه بندی دقیق تصویر مغز تبدیل به یکی از مهمترین مسائل در برنامه های کاربردی MRIشده است.قطعه بندی می تواند مبتنی بر ویژگی های وکسل تصویر,اطلاعات همسایگی,یا ویژگی های هندسی باشد.مشکلات برای بدست آوردن قطعه بندی دقیق تصویر از نویز,ناهمگونی,اثر حجم با مشتقات جزئی و هندسه بسیار پیچیده پوسته ناشی می شود.

تومور مغزی نوعی نئوپلاسم سخت وتوپر در داخل مغز یا کانال های مرکزی نخاع است به عبارت دیگر تومور مغزی یک توده غیر طبیعی در مغز است که امکان دارد ماهیت سرطانی یا غیر سرطانی داشته باشد میزان تهدید کنندگی یک تومور به مجموعه ای از عوامل مانند

نوع,محل,اندازه یا نحوه توسعه آن بستگی داشته باشد.علاوه بر این ردر بیشتر موارد تومور مغزی در مراحل پپیشرفته بیماری و هنگام تشخیص داده می شود که با وجود آن موجب بروز علائم و نشانه های غیرقابل توضیحی در بیمار شده باشد.ببرسی جسم جزئیات ساختار داخلی بدن بطور معمول از تصویر برداری تشدید مغناطیسی استفاده می شود.در این روش تصویر برداری,از تفاوت خواص مغناطیسی بافت ها برای تشکیل تصویر استفاده می شود.

واژگان کلیدی مغز - ام. آر. آی (MRI) – قطعهبندی

بخش عمده بدن انسان را آب و استخوان تشکیل میدهد، علاوه بر این، عناصر کمیاب در قسمتهای مختلف بدن انسان وجود دارند که از جمله آنها می توان ید تیروئید، تلوریوم کبد و آهن خون را نام برد. روشهای تصویر برداری پزشکی از ویژگیهای مختلف این عناصر بهره می گیرند. روشهای مهم آن ها عبارتند از: اشعه ایکس، مغزنگاری کامپیوتری (CT)، مغزنگاری با انتشار پوزیترون (PET)، مغزنگاری کامپیوتری با انتشار تک فوتونی، تصویر برداری با تشدید مغناطیس مغزنگاری با انتشار پوزیترون (PET)، مغزنگاری کامپیوتری با انتشار پرتو است که می تواند بیماری هایی نظیر سرطان و آب مروارید بدن قرار دارد. یکی از معایب اشعه ایکس، سطح بالای انتشار پرتو است که می تواند بیماری هایی نظیر سرطان و آب مروارید چشم ایجاد کند. در مغزنگاری کامپیوتری اشعه ایکس (CT)، تصویر با استفاده از تعداد زیادی از اشعههای ایکس بازسازی می شود. در مغزنگاری با انتشار پوزیترون (PET) رادیونوکلیدها را به بدن بیمار تزریق می کنند تا به اندام خاصی بچسبند. مغزنگاری کامپیوتری با انتشار تک فوتونی (PECT) یکی از روشهای تصویر برداری مغزنگاری پزشکی هستهای است که مغزنگاری کامپیوتری با انتشار تک فوتونی (PECT) یکی از روشهای تصویر برداری مغزنگاری پزشکی هستهای است که تصویر سه بعدی و اقعی تولید می کند و بهترین روش برای بررسی بافتهای نرم محسوب می شود.

روشی جهت طبقه بندی تصاویر تومور مغزی با اعمال جداگانه تبدیل گسسته کسینوسی و تبدیل موجک گسسته و سپس استفاده از شبکه عصبی احتمالی ارائه داده است. آنها همچنین از آنتروپی و انرژی تصویر نیز به عنوان ویژگی بهره جسته اند.

از ماشین بردار پشتیبان برای طبقه بندی تومور مغزی تصاویر CTبکار گرفته اند و با بررسی دو هسته مختلف ماشین بردار پشتیبان به این نتیجه رسیده اند که RBF-SVMبه نتیجه بهتری ختم می شود. آنها دو عامل محل و شدت را بعنوان ویژگی در نظر گرفته اند. این ویژگی ها با استفاده از پنج مستطیل و پنج نقطه از ناحیه تومور و یا عیر تومور عکس بدست آورده است.

ایده جدیدی با استفاده از انتخاب برخی نقاط بذری در تصویر MRI T1 که قبلاً کنتر است آن بهبود داده شده ارائه داده اند.در این روش پژوهش نقاط بذر مربوط به ناحیه تومور یا سایر نسوج با استفاده از ترکیبی از روش های تبدیل موجک و نقشه های لبه تصویر و همچنین روش های شکل شناسی انتخاب می شوند. سپس این نقاط رشد داده می شوند ا تصویر به نواحی مختلف بخش بندی شود.

3-روش اجراي تحقيق: (شامل روش تهيه دادههاي مورد نياز، روش تجزيه و تحليل دادهها، مدلها، و نرمافزارهاي كاربردي)

محققان در روش پیشنهادی خود به نام WSFTAابتدا تبدیل موجک را تصویر اعمال کرده و سپس ویژگی های بافت تصاویر را با استفاده از اعمال آنالیز بافت فرکتال بر تصویر تجزیه شده فرکانس پایین استخراج می کنند.پس از آن یک شبکه عصبی پیشرو دو لایه برای طبقه بندی تصویر MRIمغز به دو قسمت بافت نرمال و بافت غیرنرمال استفاده می شود.

تحلیل گران استفاده از معیارهای دقت در طبقه بندی و متوسط مربع خطا MSEنشان داده اند که روش پیشنهادی در مقایسه با روش ماتریس هم رخدادی سطح خاکستری GLCMو ویژگی های بافت هارلیک عملکرد بهتری دارد.روشی برمبنای استفاه از شبکه عصبی کوپل شده با پالس PCNNتوسط سوباشینی وساهو ارائه شده است.

در اینجا ابتدا مرحله پیش پردازش شامل رفع نویز بهبود کنتراست و همچنین حذف آرتیفکت های ناشی از کیفیت تصویربرداری روی تصویر اعمال می شود و سپس ویژگی های مختلفی مانند شدت پیکسل ها,لبه ها و بافت استخراج شده و با استفاده از شبکه PCNN عمل بخش بندی تصویر به دو بخش حاوی تومور انجام می شود.برای تشخیص تومور مغزی از الگوریتم اصلاح شده ماشین بردار پشتیبان استفاده شده است.در این تحقیق روش SVMجهت تشخیص ظهور تومورها در تصاویر MRIمغز توسعه داده می شود.برای بهبود عملکرد در این تحقیق,الگوریتم ماشین بردار پشتیبان به SLFA SVM توسعه داده شده است که باعث افزایش میزان کارایی سیستم گردیده است.

طبقه بندی سرطان مغزی MRIبا اسفاده از طبقه بندی هایبرید صورت می گیرد.در این تحقیق یک سیستم برای تشخیص تصاویر طبیعی و غیرطبیعی MRIمغز ارائه می دهد. پژوهشگران یک تکنیک تقسیم بندی تصویر برای شناسایی تومور توسط MRIارائه کرده اند. تکنیک های آستانه سازی موجود نتایج متفاوتی در هر تصویر تولید کردند. بنابراین برای رسیدن به یک نتیجه رضایت بخش در تصویر تومور مغزی,آن ها یک روش ارائه کردند که یافتن تومور به طور منحصر به فرد انجام شد.

منابع:

Acton ST, Mukherjee DP (2000) Scale space classification using area morphology. IEEE Trans Image Process

9(4):623-635

Adalsteinsson D, Sethian JA (1995) A fast level set method for propagating interfaces. J Comput Phys 118:

269-277

An S, An D (1984) Stochastic relaxation, Gibbs distributions, and the Bayesian restoration of images. IEEE

Trans Pattern Anal Mach Intell 6:721–741

Andersen AH et al (2002) Automated segmentation of multispectral brain MR images. J Neurosci Methods

122(1):13-23

Ardizzone E, Pirrone R, Gambino O (2005) Exponential entropy driven HUM on knee MR images. In: 27th

annual international conference of the engineering in medicine and biology society, pp 1769–1772

Balafar MA (2008) Medical image segmentation using fuzzy C-mean (FCM) and dominant grey levels of

image. In: Visual information engineering conference, pp 314–317

Balafar M et al (2008a) Medical image segmentation using fuzzy C-mean (FCM), Bayesian method and user

interaction. In: International conference on wavelet analysis and pattern recognition, pp 68–73

Balafar MA et al (2008b) New multi-scale medical image segmentation based on fuzzy c-mean (FCM). In:

IEEE conference on innovative technologies in intelligent systems and industrial applications, pp 66–70

Balafar MA et al (2008c) Medical image segmentation using anisotropic filter, user interaction and fuzzy

C-mean (FCM). In: Advanced intelligent computing theories and applications with aspects of contemporary intelligent computing techniques: 4th international conference on intelligent computing, Springer,

pp 169-176

Balafar MA et al (2008d) Medical image segmentation using fuzzy C-mean (FCM), learning vector quanti

zation (LVQ) and user interaction. In: Advanced intelligent computing theories and applications with

aspects of contemporary intelligent computing techniques: 4th international conference on intelligent

computing, Springer, pp 177-184

Balafar MA et al (2008e) MRI segmentation of medical images using FCM with initialized class centers via

genetic algorithm. In: International symposium on information technology, pp 1–4 Buades A, Coll B, Morel J (2005) A non-local algorithm for image denoising. In: IEEE computer society

conference on computer vision and pattern recognition, pp 60-65

Caselles V, Kimmel R, Sapiro G (1997) Geodesic active contours. Int J Comput Vis 22(1):61–79

Chan TF, Vese LA (2001) Active contours without edges. IEEE Trans Image Process 10(2):266–277

Chang PL, Teng WG (2007) Exploiting the self-organizing map for medical image segmentation. In: Twentieth

IEEE international symposium on computer-based medical systems, pp 281–288

Clark MC et al (1998) Automatic tumor segmentation using knowledge-based techniques.

IEEE Trans Med

Imaging 17(2):187-201

Dave RN (1991) Characterization and detection of noise in clustering. Pattern Recogn Lett 12(11):657–664

Diplaros A, Vlassis N, Gevers T (2007) A spatially constrained generative model and an EM algorithm for

image segmentation. IEEE Trans Neural Netw 18(3):798–808

Dokur Z (2008) A unified framework for image compression and segmentation by using an incremental neural

network. Expert Syst Appl 34(1):611–619

Edelstein WA et al (1986) The intrinsic signal-to-noise ratio in NMR imaging. Magn Reson Med 3(4):

604-618

Gallea R et al (2008) Noise filtering using edge-driven adaptive anisotropic diffusion. In: 21st IEEE international symposium on computer-based medical systems, pp 29–34

Hall LO, Bensaid AM, Clarke LP, Velthuizen RP, Silbiger MS, Bezdek J (1992) A comparison of neural

network and fuzzy clustering techniques in segmenting magnetic resonance images of the brain. IEEE

Trans Neural Netw 3:672–682

Han X, Fischl B (2007) Atlas renormalization for improved brain MR image segmentation across scanner

platforms. IEEE Trans Med Imaging 26(4):479–486

Kaus MR et al (1999) Segmentation of meningiomas and low grade gliomas in MRI. Lecture Notes in Computer

Science, pp 1–10

Kim HS et al (2008) Speckle reducing anisotropic diffusion based on directions of gradient. In: Proceedings

of the 2008 international conference on advanced language processing and web information technology,

pp 198-203

Li SZ (1994) Markov random field models in computer vision. Lect Notes Comput Sci 801:361–370

Li N, Liu M, Li Y (2007) Image segmentation algorithm using watershed transform and level set method. In:

IEEE international conference on acoustics, speech and signal processing, pp 613–616 Likar B, Viergever MA, Pernus F (2001) Retrospective correction of MR intensity inhomogeneity by information minimization. IEEE Trans Med Imaging 20(12):1398–1410 Lions PL, Morel JM, Coll T (1992) Image selective smoothing and edge detection by nonlinear diffusion.

SIAM J Numer Anal 29(1):182–193

Liu S, Li J (2006) Automatic medical image segmentation using gradient and intensity combined level set

method. In: The 28th IEEE EMBS annual international conference, pp 3118–3121 Mäkelä T et al (2002) A review of cardiac image registration methods. IEEE Trans Med Imaging 21(9):1011–

1021

Matsuzawa J et al (2001) Age-related volumetric changes of brain gray and white matter in healthy infants

and children. Cereb Cortex 11(4):335

Nowak RD (1999) Wavelet-based Rician noise removal for magnetic resonance imaging. IEEE Trans Image

Process 8(10):1408-1419

Paragios N, Deriche R (1999) Coupled geodesic active regions for image segmentation. Rapport De RechercheInstitut National De Recherche En Informatique Et En Automatique Perona P, Malik J (1990) Scale-space and edge detection using anisotropic diffusion. IEEE Trans Pattern Anal

Mach Intell 12(7):629-639

Pohle R, Toennies KD (2001) Segmentation of medical images using adaptive region growing. In: Proceedings

of SPIE medical imaging, pp 1337–1346

Ren J, He M (2007) A level set method for image segmentation by integrating channel anisotropic diffusion

information. In: 2nd IEEE conference on industrial electronics and applications, pp 2554–2557

Robb RA (2000) Biomedical imaging, visualization, and analysis, edited by Wiley-Liss, USA Rohlfing T et al (2004) Evaluation of atlas selection strategies for atlas-based image segmentation with application to confocal microscopy images of bee brains. NeuroImage 21(4):1428–1442

Rousson M, Brox T, Deriche R (2003) Active unsupervised texture segmentation on a diffusion based feature

space. In: IEEE computer society conference on computer vision and pattern recognition, pp 699–704

Sethian JA (1996) A fast marching level set method for monotonically advancing fronts. Proc Natl Acad Sci

93(4):1591-1595

Sijbers J et al (1998) Estimation of the noise in magnitude MR images. Magn Reson Imaging 16(1):87–90

Smolka B (2008) Modified biased anisotropic diffusion processing of noisy color images. In: 9th international

conference on signal processing, pp 777–780

Song T et al (2007) A modified probabilistic neural network for partial volume segmentation in brain MR

image. IEEE Trans Neural Netw 18(5):1424–1432

Suzuki H, Toriwaki J (1991) Automatic segmentation of head MRI images by knowledge guided thresholding.

Comput Med Imaging Graph 15(4):233

Tian D, Fan L (2007) A brain MR images segmentation method based on SOM neural network. In: The 1st

international conference on bioinformatics and biomedical engineering, pp 686–689 Tisdall D, Atkins MS (2005) MRI denoising via phase error estimation. In: Proceedings of SPIE

pp 646-654

Tolias YA, Panas SM (1998) On applying spatial constraints in fuzzy image clustering using a fuzzy rule-based

system. IEEE Signal Process Lett 5(10):245–247

طرح تحقیق پایاننامه کارشناسی ارشد

عنوان فارسي پاياننامه: طبقه بندى تصاوير MRI با استفاده از رزونانس مغناطيسى و كانكتورهاى فعال تعيين سطح 4- زمانبندي/ گانت چارت:

9	 6	5	4	3	2	1	زمان/ماه نام فعالیت	رديف
							جمع آوري اطلاعات بررسي پيشينه	1
							بررسي پيشينه	2
								3
								4
								5
								6
								7
								8
							_	9
							_	10

نکته: پس از تصویب شوراي پژوهشي دانشکده حداقل زمان قابل قبول برای پیش بینی مراحل مطالعاتی و اجرایی پایان نامه کارشناسی ارشد 6 ماه میباشد.

	5- نظریه شورای گروه تخصصي:
	طرح تحقيق پايان نامه خانم / آقاي:
ىتەدر شوراي تخصصي گروه مورخ	
ح شد. پس از بحث و تبادل نظر مورد تصویب اکثریت اعضاء قرار گرفت 🛘 نگرفت	مطر-

امضاء	نوع راي	تخصص	نام و نام خانوادگي	ردیف
				1
				2
				3
				4
				5

تاريخ:	امضاء:	دیر گروه :
- (- 33 3.

بسمهتعالى



تعهدنامه حفظ و دفاع از حقوق مادی و معنوی تولیدات علمی دانشگاه آزاد اسلامی و ارائه نتایج آنها مرتبط با دانشجویان کارشناسی ارشد

عنوان پایان نامه: طبقه بندی تصاویر MRI با استفاده از رزونانس مغناطیسی و کانکتورهای فعال تعیین سطح

				نشجو:	شخصات دا
40114140111009	شماره دانشجویی:	لطفى ارجمند	نامخانوادگي:	سورنا	نام:
<u>ي</u> والكتريك	سکی گرایش: ب	: مهندسى پزش	رشته تحصیل <u>ی:</u>	فنی و مهندسی	دانشكده:
	ى : دوم	نيمسال تحصيل		بان نامه:	سال اخذ پاب
	09213363	تلفن همراه: 589	i	UZ17 728145	تلفن: 55
		soorenalotfia	irjmand@gma		

تعهدات دانشجو:

- محتوای پایاننامه کارشناسی ارشد، از آن دیگران نیست (دست اول است)، براساس اصول علمی تهیه شده است و با نام دانشگاه آزاد اسلامی- واحد تهران جنوب ارائه خواهند شد. 1
- 2- بهمنظور رجوع مناسب و روشن به آثار ديگران، منابع و مآخذ مربوط به نقلقولها، جدولها و نمودارها و يا نتايج تحقیقات دیگران در پایاننامه دقیقاً ذکر خواهد شد؛ همچنین هیچگونه استفادهای از آثار دیگران بدون ذکر منبع اصلی و به گونهای که قابل تشخیص و تفکیک از متن اصلی نباشد، به عمل نخواهد آمد.
- 3- بدون ذکر نام دانشگاه آزاد اسلامی- واحد تهران جنوب و در نظرگرفتن حقوق این دانشگاه، در مورد ارائه و انتشار نتایج حاصل از پایان نامه به شکل مقاله، کتاب، اختراع، اکتشاف و ... (درقالب مطالب چاپی یا غیر چاپی) در هر مرحله (قبل و بعد از دفاع از پایاننامه)، اقدامي صورت نخواهد گرفت. بديهي است که ارسال هر مقاله مستخرج از پاياننامه باید با هماهنگی با استاد راهنما باشد.
- 4- برای جلوگیری از درج مقاله درنشریات بیاعتبار، قبل از چاپ مقاله، اعتبار نشریه از فهرست نشریات بیاعتبار در سایت معاونت پژوهشی و فناوری دانشگاه آزاد اسلامی به نشانی http://sp.rvp.iau.ir بررسی خواهد شد.
- 5- در صورت هرگونه مغایرت و تخلف از موارد اشاره شده در بندهای 1 تا 3 این تعهدنامه، دانشگاه آزاد اسلامی- واحد تهران جنوب مجاز است از ادامه تحصیل و هرگونه فعالیت آموزشی و امکان دفاع از پایاننامه دانشجو در هر مرحله از تحصیل جلوگیری کند. همچنین خسارات مادی و معنوی وارده به دانشگاه آزاد اسلامی و افراد ذینفع پرداخت خواهد



نام و نام خانوادگی دانشجو: سورنا لطفی ارجمند

تاريخ 1402/01/04

مقالاتی تحت بررسی قرار خواهند گرفت که طبق بخشنامههای سازمان مرکزی باشند.

--- ی جرر چی در مرب حرب سی بست می حرس سری بست. 1- بخشنامه شماره 73/34517 مورخ 22/2/12 باشد. مبغاد بخشنامه "در صورتی که نام فرد دیگری به غیر از استاد راهنما، مشاور و دانشجو در تیم نویسندگان مقاله مستخرج از پایان نامه و رساله ها قید گردد؛ به مقاله مذکور در مقطع کار شناسی ارشد و دکتر ای حرفهای نمرهای اختصاص نمی پاید...." 2- بخشامه شماره 73/299920 مورخ 9/9/99 باشد. مفاد بخشنامه: ".... در مقاله های مستخرج، در مقاله های مستخرج، نویسنده اول دانشجو و به نام واحد تحصیل دانشجو و استاد راهنما عهدهدار

3- بخشنامه شماره 70/81248 مورخ 93/9/1 باشد. مفاد بخشنامه" نحوه آدرسدهي

مقالههای انگلیسی:Department of, South Tehran Branch, Islamic Azad University, Tehran, Iran *توجه: تشخیص نشریات بیاعتبار: دو مورد اصلی در تشخیص نشریات بی اعتبار عبارتند از: 1- تقاضای اخذ وجه توسط ناشر در زمان ارسال یا پذیرش مقاله و 2- آدرس

الکترونیکی نشریات بیاعتبار (که اغلب پستهای الکترونیکی رایگان نظیر سایت Yahoo و غیره است). همچنین کنترل نشریه در سایت بیانه در سایت بیانه بین الکترونیکی رایگان نظیر سایت ۲۵۸۵ و غیره است).



عنوان فارسي پاياننامه:

حفظ و دفاع از حقوق مادی و معنوی تولیدات علمی دانشگاه آزاد اسلامی و ارائه نتایج آنها الف)استاد راهنما:

اینجانب استاد راهنمای آقای/ خانم دانشجوی مقطع کارشناسی ارشد دانشگاه آزاد اسلامی- واحد تهران جنوب، از مفاد بخشنامه «حفظ و دفاع از حقوق مادی و معنوی تولیدات علمی دانشگاه آزاد اسلامی و ارائه نتایج آنها»، آگاهی کامل داشته و خود را ملزم به رعایت آن میدانم.

تلفن: پست الكترونيك:

امضاء:

تاريخ:

ب)استاد مشاور: (در صورت لزوم)

اینجانب استاد مشاور آقای/ خانم دانشجوی مقطع کارشناسی ارشد دانشگاه آزاد اسلامی- واحد تهران جنوب، از مفاد بخشنامه «حفظ و دفاع از حقوق مادی و معنوی تولیدات علمی دانشگاه آزاد اسلامی و ارائه نتایج آنها»، آگاهی کامل داشته و خود را ملزم به رعایت آن میدانم. تافن:

امضاء:

تاريخ:

بسمه تعالی فرم اطلاعات بایاننامه کارشناسی ارشد



· (لطفاً در این قسمت چیزی ننویسید.)

محل در

	مشخصات دانشجو:
انشجويي: 401114140111009مجتمع/دانشكده: دانشگاه آز اد تهر ان	نام و نام خانوادگي دانشجو :سورنا لطفي ارجمند شماره د
	جنوب/دانشكده فني
مداد واحد پایاننامه: نیم سال تحصیلی اخذ پایاننامه: اول	رشته تحصیلی: مهندسی پزشکی گرایش: بیوالکتریک ته
	/ دوم
امضاء رئيس اداره آموزشي مجتمع/ دانشكده:	امضاء كارشناس آموزش مجتمع/ دانشكده:
The second is the second of th	. 1 . 7
ِ ۱۷IKI معر با استفاده از کانکلورهای فعال تعیین سطح	عنوان پایاننامه: بررسی روش های قطعه بندی تصاویر نام و نام خانوادگی استاد راهنما:
est.	
مرتبه علمی: پایه:	رشته تحصيلي:
عضو هیات علمی مدعو از سایر واحدهای دانشگاه آزاد اسلامی 🗆	نوع همکاری: تماموقت □ نیمهوقت □
عضو غیر ہیات علمی 🛘	عضو هیات علمی مدعو از دانشگاه دولتی 🗆
امضاء استاد:	
	نام و نام خانوادگی استاد مشاور:
مرتبه علمي: پایه:	رشته تحصيلي:
 عضو هیات علمی مدعو از سایر واحدهای دانشگاه آزاد اسلامی □	ر نوع همكارى: تماموقت 🗆 نيمهوقت 🗆
عضو غير هبات علمي 🗆	عضو هیات علمی مدعو از دانشگاه دولتی 🗆
عصو غيرهيك عمى 🗆	عصو میت علمی مدعو از دانشده دوسی 🗆
	امضاء استاد:
	المصاء اللباد.
	s. s. s. ī £ . £. . . 1. 1.
تاريخ و	ا نام و نام خانوادگی مدیر گروه آموزشی – پژوهشی امضاء
	m
ه/دانشکده :	تاریخ تصویب پایاننامه در شورای پژوهشی مجتمع
ابید اساتید مر بوطه ر سانده شو د.	نكته 1: تمام اطلاعات اين فرم صحيح و كامل تايپ شود و به ت
کم هیئت علمی، رزومه علمی، آخرین مدرک تحصیلی برای کلیه استادان راهنما و	نکته 2: ارسال تصویر کارت ملی (پشت و رو)، آخرین حــــــــــــــــــــــــــــــــــــ
شگاه ازاد اسلامی و یا وزارتین) برای یک بار الزامی است.	مشـاور مدعـو (عضو هیئت علمی سایر واحدهای دانا
صور تجلسات پروپوزالهای تصویب شده در شورای پژوهشی مجتمع/ دانشکده و ه معاه نت بژه هش مه فدار دی و احد از سال نمایند	تكنه 3: مسئولين مربوطة مي ايست اصل اين قرم را به همراه فرم شماره 1 فايل Excel) را بطور همزمان به حوز
ب سند پروسن و کرری و به برسان کیا۔)
N e	
بسمه تعالى	
	الكوارانية ا إحد تهران جنوب
	راحد تهرال جنوب
شجو به شماره دانشجویی	فرم تصویب (پروپوزال) مربوط به دانه

پژو هشی مجتمع/دانشکده مطرح و تصویب گردید.

..... رشته در تاریخ در شورای

این طرح در تاریخ در شورای پژوهشی مجتمع/دانشکده مطرح گردید ولی به علل زیر مورد موافقت قرار نگرفت.

علل عدم تصويب طرح تحقيق پايان نامه (پروپوزال):