Wykłady z Podstaw technik obrazowania w medycynie

Maciej Standerski

29 listopada 2023

1 Wykład (04.10.2023)

1.1 Przebieg i regulamin przedmiotu

Prowadzący: dr inż Piotr Brzeski

Konsultacje: p. 60, 422 (IRiTM), poniedziałki, wtorki (rzadko), środy, czwartki (rzadko)

Materiały online: https://studia.elka.pw.edu.pl/pl/23Z/-/login/

e-mail: piotr.brzeski@pw.edu.pl

Laboratoria: zaczynają sie pod koniec października

Zaliczenie: Wykład:

Egzamin 0 i w sesji, 3 kolokwia (2h), średnia ocena z kolokwiów lub z egzaminu

Laboratoria:

1 laboratorium może być niezaliczone. W ocenę z laboratoriów wliczane są punkty ze wszystkich labów, również z niezaliczonych. Na ostatnich laboratoriach jest zaliczenie. Zajęcia laboratoryjne oceniane są na podstawie wejściówki oraz sprawozdania

Ocena końcowa = $0.5O_W+0.45O_L+0.05O_{ZL}$, gdzie O_W - ocena z wykładu, O_L - ocena z laboratorium, O_ZL - ocena z zaliczenia laboratorium

Serwer: Lkstudia3

Literatura: Wykłady z obrazowania medycznego na Politechnice Gdańskiej

Harmonogram wykładu:

- 4 wykłady
- kolokwium 1
- 3 wykłady
- kolokwium 2
- 3 wykłady
- kolokwium 3
- egzamin

1.2 Czym jest obrazowanie?

Przedstawienie pewnej cechy fizycznej organizmu w postaci obrazu, zwykle 2D (rozkład radiofarmaceutyku w tkankach – gamma kamera, scynytygrafia lub gammagrafia) (gęstość protonów w tkankach – tomografia rezonansu magnetycznego) Rzutowanie obiekt 3D (+ ewentualnie czas) na obraz 2D

1.3 Cel obrazowania medycznego

- wglad w anatomię struktur wewn organizmu i ich fizjologie
- analiza i interpretacja obrazów w diagnostyce

1.4 Systemy obrazowania medycznego

- RTG.
- tomografia komputerowa,
- scyntygrafia,
- tomografia PET,
- tomografia rezonansu magnetycznego,
- USG,
- termografia,
- SPECT (tomografia pojedynczego fotonu)

1.5 Od czego zależy wartość diagnostyczna?

- jakość obrazu (kontrast, rozdzielczość przestrzenna, stosunek sygnału użytecznego do szumu SNR, poziom artefaktów, poziom zniekształceń przestrzennych),
- warunki obserwacji,
- wiarygodność diagnostyczna,
- charakterystyka pracy lekarza-specjalisty

Rozdzielczość obrazowania - najmniejsza odległość w obiekcie obrazowanym między dwoma punktami o maksymalnym kontraście które można rozróżnić jako dwa obiekty na obrazie (FWHM – Full Width at Half Maximum, FWTM – Full Width at Tenth Maximum)

Rozdzielczość wartstwy może być większa (np. ok 1 mm)

Jakość obrazu - funkcja przenoszenia modulacji - iloraz między kontrastem fizycznym do kontrastu obrazowego MTF = $\frac{K_f}{K_o}$ gdzie K_f jest kontrastem fizycznego obiektu, natomiast K_o to kontrast danego obiektu na obrazie. Więcej o MTF i CTF (fukncji przenoszenia kontrastu) na stronie pod linkiem

Wzorce w postaci sinusoidy.

MTF = 1 - gdy częstotliwość danego wzorca wynosi zero, obraz jest idealnie odwzorowany. Wraz z częstotliwością maleje funkcją przenoszenia modulacji.

Funkcja przenoszenia modulacji całkowitej jest iloczynem funkcji przenoszenia modulacji składowych systemu obrazowania.

$$MTF_c = \prod_{i=1}^{N} \text{MTF}_i$$
, gdzie N - jest liczba systemów.

Na kolokwium

Stosunek sygnał/szum (NSR)

Artefakty

Zniekształcenia:

- geometryczne
- zmiany pola magnetycznego
- przekrzywienie powierzchni odbiornika
- spowodowane fizjologia tkanek, narzadów

1.6 Warunki obserwacji

Negatoskop - silna lampa do podświetlania negatywów z RTG

Wiarygodność diagnostyczna obrazów

Jeśli przesuniemy próg decyzyjny, może sprawić, że diagnoza będzie błędna.

Procedura decyzyjna

Macierz decyzyjna (prawdziwie pozytywna TP, fałszywie pozytywna FP, fałszywie negatywna FN, prawdziwie negatywna TN)

Wiarygodność metody diagnostycznej

Na kolokwium

 $\operatorname{czulosc} = TP/(TP + FN)$

specyficznosc = TN/(TN + FP)

dokladnosc = (TP + TN)/(TP + TN + FP + FN)

pozytywna wartosc predykcyjna = TP/(TP + FP)

negatywna wartosc predykcyjna = (TN)/(TN + FN)

Krzywa ROC - służy do oceny metody badawczej

Krzywa A - czysto przypadkowa (pratrz wykład 1-2)

2 Wykład (11.10.2023r.)

2.1 Techniki Medycyny Nuklearnej

Funkcje:

- terapia
- diagnostyka

Jak wprowadzić izotop promieniotwórczy do ciała:

- doustnie - dożylnie - przez układ oddechowy

Radiofarmaceutyk: Podział w zależności od sposobu uzyskiwania: - radionuklidy reaktorowe - powstające w wyniku reakcji jądrowej danego izotopu i neutronów - radionuklidy cyklotronowe - radionuklidy generatorowe Technet-99m (Tc-99m) generatorowy - najczęściej stosowany izotop promieniotwórczy stosowany w radiodiagnostyce.

Gammakamera - w scyntygrafii to urządzenie diagnostyczne do badań narządów, w których nagromadzony jest radioizotop. Wyposażony jest on w detektor o dużym polu widzenia. W detektorze znajduje się kryształ scyntylacyjny, który pod wpływem promieniowania jonizującego (najczęściej gamma) emituje błyski świetlne (scyntylacje). Źródło Wikipedia

Jakie własności musi mieć dobry izotop promieniotwórczy

• fizyczne

- $-T_{1/2}$ czas połowicznego rozpadu musi być na tyle krótki, aby nie przekroczyć maksymalnej dawki dla pacjenta, oraz na tyle długi, aby móc go przetransporotwać. Dla przykładu czas połowicznego rozpadu dla technetu-99m wynosi 6h.
- -A~[Bq] jednostką w układzie SI jest Bekerel [1Bq=1rozpad/1s], dawniej jednostką aktywności były kiury $[1Ci=3,7\cdot10^{10}Bq]$. Aktywność promieniotwórcza musi być na tyle duża, aby promieniowanie mogło opóścić organizm pacjenta, ale też nie za duża, żeby nie przekroczyć dopuszczalnej dawki
- Rozpad gamma monoenergetyczny najbardziej przenikliwy rodzaj promieniowania, dzięki temu możliwe jest obrazowanie na podstawie promieniowania wydostającego się z ciała pacjenta.
- Energia wykorzystywane są izotopy o energiach $30-360\ keV$, najczęściej stosowany izotop technet posiada dla przykładu energię $141\ keV$

• Chemiczne

Czystość - ile izotopu promieniotwórczego zawiera dana próbka. Czysty izotop to taki, który zawiera duża ilość tego izotopu, bez znaczącej ilości innych pierwiastków (zanieczyszczeń).

• Biologiczne

- Powinowactwo do badanego organu/narządu zdolność substancji do wiązania się z komórkami określonego narządu/tkanki/organu. Dzięki temu, że radiofarmaceutyki wiążą się z konkretnymi organami, gromadzą się one w nich i dzięki ich dużej koncentracji w określonym organie pozwala na analizę jego struktury i fizjologi. Różne radiofarmaceutyki mogą wiązać się z różnymi organami. Np. jod gromadzi się w tarczycy.
- Czas rozpadu biologicznego T_B jest to czas wydalania radioizotopu z organizmu. Pożądany czas rozpadu biologicznego musi być wystarczająco długi, aby móc wykonać badanie diagnostyczne, oraz na tyle krótki, aby pacjent szybko pozbył się farmaceutyku z organizmu po badaniu.

Czas połowicznego rozpadu i czas rozpadu biologicznego razem składają się na tzw. efektywny czas połowicznego zaniku.

3 Wykład (18.10.2023)

Rozkład izotropowy Gammakamera, Scyntykamera, Kamera Angera Detektor składa się z:

- Kolimatora (z ołowiu z dodatkiem antymonu do utwardzenia, w kolimatorze znajdują się otwory które są prostopadłe do jego powierzchni) - przepuszczenie fotonów, które są prostopadłe do powierzchni kolimatora
- Scyntylator (kryształ scyntylacyjny NaI aktywowany Tl (aktywacja talem zwiększa oddziaływanie kryształu z promieniowaniem gamma))
- Fotopowielacze
- Procesor pozycyjny

Scyntygraf - nie jest już używana

Rozmiary kryształu: powierzchnia 500mmx400mm

Kwant gamma oddziaływuje z materia na 3 sposoby (na egzaminie dyplomowym):

- fotoefekt
- efekt komptona
- tworzenie par (elektron pozyton) energia kwantu powyżej ok. 1 MeV

Obraz scyntygraficzny jest obrazem całkowym (całkowanie po warstwach ciała pacjenta).

Własności kryształu scyntylayjnego: - higroskopijny

Gammakamery: jedno, dwu i trójgłowicowe

Fotopowielacze powinny pokryć całą powierzchnię kryształu

Scyntylator po oddziaływaniu z kwantami gamma wysyła fotoelektrony.

Napięcie w fotopowielaczu: 1 kV.

Elektron powstający na fotokatodzie jest nakierowywany przez pole elektryczne na peirwszą dynodę. Osiąga on energię wystarczającą, aby wybić większą ilość el. na kolejnej dynodzie. W fotopowielaczu znajduje się rząd dynod. Fotopowielacz wytwarza ok 10 000 000 elektronów.

Fotopowielacze najlepiej aby miały kształt heksagonalny.

Jak z rozkładu kwantów odzyskać położenie (x,y) kwantu gamma.

- Układ sumowania liniowego - Formowanie i kodowanie sygnałów pozycyjnych w gammakamerach (model Tanaki) (sygnały: STROB - sygnał, który określa, czy dane współrzędne (x,y) są ważne, X, Y - koordynaty błysku świetlnego) - Do każdego fotopowielacza dać po jednym wzmiacniaczu, i każdy podłączyć do przetwornika a-c

Skąd beirze się STROB - łączymy wszystkie anody fotopowielaczy i wspólnie podajemy na jednokanałowy analizator amplitudy (urządzenie elektroniczne, które na wejściu otrzymuje sygnał, który jest sumą sygnałów z wszystkich fotopowielaczy, i jego amplituda jest proporcjonalna do energii kwantu promieniowania gamma, i na wyjściu sygnał jest podawany tylko wtedy, gdy amplituda sygnału na wejściu znajduje się w dopuszczalnym przedziale wartości amplitudy (jeśli amplituda jest za niska, lub za wysoka, na wyjściu brak sygnału))

Do czego służy jednokanałowy analizator amplitudy: Do usunięcia: Impulsy komptonowskie, podówjne impulsy lub impulsy, które nie pochodzą z organizmu człowieka.

Jak określane jest położenie impulsu świetlnego ze scyntylatora?

Linia opóźniająca, która powoduje rozdwojenie impulsu na dwa. Różnica dotarcia sygnału po obu końcach linii op. pozwala na określenie położenia impulsu. Time to Amplitude converter (amplituda jest proporcjonalna do różnicy czasu między startem i stopem)

Przetwornik analogowo-cyfrowy - wyjście X, Y są sygnałami analogowymi. Przetwornik zamienia go na sygnał cyfrowy.

Kolimator zapobiega tylko zatrzymywaniu kwantów poruszających się pod kątem. Kwanty gamma, które powstają w wyniku efektu komptona zachodzącego w ciele ludzkim ma energię mniejszą niż kwant gamma pochodzący bezpośrednio ze źródła

Rodzaje kolimatorów z równoległymi otworami: - wysokoenergetyczne (pow. 141 keV) - niskoenergetyczne (poniżej 141 keV)

Różnią się wielkością otworów, grubością ścianek

Kolimatory typu pinhole (jego działanie opeira się na działaniu kamery Obscura, naprzykład przy badaniach tarczycy (małych narządów))

Dawniej korzystano z: Kolimatory dywergentne i konwergentne

cal - ok $2.5~\mathrm{cm}$ PMT - photo multiplier tube FWHM

Układy korekcji

Badanie WholeBody

Flood image, Bar-phantom image

Korekcja nieidealności gammakamery

Tworzenie obrazu w komputerze: Akwizycja statyczna: Procesor bierze zawartość wszytskich komórek zarezerwowanych dla obrazu. Kiedy otrzymuje STROB, zatrzymuje wyświetlanie. Przechodzi do obsługi przerwania. Zczytuje X i Y i tworzy adres komórki pamięci ($A = 256Y + X + B_0$). B_0 - komórka bazowa, od której zaczyna się zarezerwowana pamięć na obraz. Pod tym adresem dodaje 1. Naprzykład przy badaniach tarczycy.

Akwizycja dynamiczna: 1. Najpierw robimy akwizycję statyczną pierwszego obrazu, następnie przesuwamy się w pamięci o obszar jednego obrazu i dokonujmy akwizycji statycznej, itd. Z góry zakładamy czas akwizycji każdego obrazu.

2. List mode pozwala na zapamiętanie wszystkich zdarzeń i uszeregowania ich w czasie. Zapamiętujemy X i Y które zaszły w określonym czasie (np. 10 ms). (255,255) jest znacznikiem oddzielającym kolejne chwile zbierania danych.

Obrazy parametryczne - do określenia parametrów badanego obszaru

Np. wyznaczanie regionu zainteresowania - zbieranie natężenia z wybraego obszaru, czas osiągnięcia maksimum.

3. Akwizycja bramokowana - synchronizowana zewnętrznym impulsem (badania angiokardiografii izotopowej). Na początku wyznaczamy ilość impulsów na sekundę. Obrazy z poszczególnych przedziałów czasu sumujemy, uzyskując obraz pracy serca.

Na kolokwium: Przy badaniu statycznym (losowy charakter rozpadu i akwizycji) Czy guz jest gorący czy zmiany

```
n_0 - l.impulsow/sek/cm^2 - obszar normalny
```

 $n_1 - l.impulsow/sek/cm^2$ - obszar patologii

 $n_1*\Delta S*\Delta t+k\sqrt{n_1\Delta SDeltat}< n_0\Delta S\Delta t$ - delta t
 to czas akwizycji, k=3p. 0,99, k=2p. 0,91, k=1
. 0,73 - prawdopodobieństwo wykrycia guza zimnego

Dla guza gorącego w powyższym znaku zmieniamy "+" na "-" i zmienamy kierunek nierówności.

4 Wykład (25.10.2023)

4.1 Ultrasonografia

Metoda obrazowania narządów wewn. przy pomocy fal akustycznych - ultradźwiękowych.

Głowica z piezoelektrykiem.

Wykorzystywane zjawisko odbicia od struktur różniących się imepdancją akustyczną, a która zależy od gęstości ośrodka.

Powracajaca fala nazywana jest echem.

Zjawisko Dopplera

Ultrasonografia Dopplerowska

Niska rozdzielczość (lepsza od scyntygrafii, ale gorsza od radiologii)

Przetworniki, które pełnia role nadajnika i odpbiornika sygnałów akustycznych.

W tkankach miękkich i wodzie fale podłużne

W tkankach twardych fale poprzeczne.

Podstawowe parametry fali:

- częstotliwość
- prędkość
- dł. fali
- amplituda
- nateżenie

częstotliwość

0 - 20 Hz - infradźwięki

20 Hz - 20 kHz - dźwięki słyszalne

pow. 20 kHz - ultradźwięki

 $50 \rm kHz$ - $600~\rm kHz$ - badania kości $200~\rm kHz$ - $5~\rm MHz$ - badania przepływów $2~\rm MHz$ - $10~\rm MHz$ - obrazowanie tkanek wewn. - najcześciej stosowane

Predkośc rozchodzenia się ultradźwięków - zależy od właściwości ośrodkach

 $v \sim E/\rho$

 $E[N/m^2]$ - sprężystość (modół Younga)

 ρ - gęstość

Wartości prędkości są zbliżone

s = v * t

Długość fali $\lambda = v/f$

Amplituda fali

Konkretnie interesuje nas stosunek amplituda fali padającej do odbitej (amplituda względna) (amplituda powracająca mierzona w decybelach).

 $A_r el = 20 \log A/A_0$

Oddziaływanie ultradźwięków z materią

Osłabienie w [dB]

Tłumienie T

 $T = \alpha * f * x$ - alfa współczynnik tłumienia (tłumienie zależy wykladniczo od częstotliwości, bo tłumienie jest w dB)

Odbicie $R = I_R/I_0 = (z_1-z_2)^2/(z_1+z_2)^2$ ($z=\rho*v$ - oporność akustyczna zależy od sprężystości materiału) Strata amplitudy podczas odbicia

TGC (time gain control) - wzmacniacz, którego wzmocnienie zależy od czasu.

Gen -¿ Sonic -¿ fala ultradźwiękowa -¿ Sonic -¿ TGC -¿ Display

Kolokwium (narysowanie zależności amplitudy fali dźwiękowej od głębokości tkanki (rozchodzenie się fali w tkance))

4 rodzaje obrazów USG

- typu A (amplituda) (wzmacniecz - wzmocnienie narasta w czasie

- typu B (brightness) najczęściej stosowany (kątowy przetwornik)
- typu M (motion) otrzymujemy obraz struktury w ruchu, propagacja fali w jednym kierunku
- typu D (Doppler) zaburzenia w przepływie krwi w naczyniach krwionośnych

Głowica USG

Kształtowanie fali ultradźwiękowego. Fale z kazdego kryształu interferują ze sobą tworząc falę wynikową skupioną na określonym przez nas obszarze.

Rodzaje głowic:

- liniowa
- konweksowa
- trapezoidalna
- sektorowa (wysyła fale w pewnym sektorze) wady: 1. powtarzające się obszary przy przesuwaniu, 2. pojawia się obszar martwy
- pierścieniowa
- wewnątrznaczyniowa
- intro-waginalna i intro-rektalna

5 Wykład 15.11.2023

Radiografia

Kolejne kamienie milowe w hisotrii radiografii

Koronarografia (obrazowanie naczyń w sercu)

Radiografia analogowa

Kontrast w radiografii zależy od trzech procesów:

- przenikanie promieniowania (zależy od parametrów promieniowania X [parametry wpływające na promieniowanie X napięcie anodowe, ognisko lampy rentgenowskiej (z wolframu wzogacanego renem, a w mammografii z molibdenu)], filtracja, oraz od obiektu, d grubość, ρ gęstość obiektu, Z liczba atomowa)
- rozpraszanie pogarsza kontrast (co pogarsza: zwiększenie rozpraszania grubość obiektu obrazowanego, zwiększenie pole naświetlane, za duże napięcie anodowe (powoduje wzrost oddziaływań komptonowskich), jak ograniczyć siatka przeciwrozproszeniowa (Buck'y) r=t/d, t wysokość siatki, d szerokość pojedynczego otworu siatki r(5,16))
- rejestracja zależy od ekspozycji (liczby kwantów które padają na jednostkę powierzchni, detektor)

Filtracja - wycinanie z promieniowania rentgenowskiego kwanty o niskich energiach

Kolimacja

Transmisja i absorpcja

Tworzenie obrazu (przecodzi przez kratkę Bucky'ego)

Wizualizacja obrazu

Najlepiej, aby detektor wykrywał jak największą liczbę kwantów.

W wyniku oddziaływania fotoelektrycznego foton odziałuje z elektronami z powłoki K, czasami z powłoki L Oddziaływanie komptonowskie - Wybijany elektron komptonowski z zewnętznej powłoki, zmiana kierunku kwantu gamma i zmniejszenie jego energii

Zmiana natężenia promieniowania: prawo Beera $I = I_0 e^{-\mu x}$

Zastosowanie (tym bardziej promieniowanie rozproszone zostanie pochłonięte, im większy jest stosunek t/d) Aby pozbyć się obrazu kratki, należy poruszać kratką.

Zadanie na kolokwium: obliczyć prędkość elektornu, który uderza w anodę.

$$mv^2/2 = E_k$$
, $E_p = eU_a$, $m = m_0/\sqrt{1 - v^2/c^2}$

6 Wykład 22.11.2023

Współczynnik absorpcji

Widmo lampy rentgenowskiej - zależność liczby kwantów od energii kwantów

Lampa działa w zakresie energii 100-150 keV

Okienko z berylu (o małej liczbie atomowej)

Skąd bierze się linia prosta

Gdy elektrony uderzają w ognisko

Promieniowanie charakterystyczne lampy rtg nie zależy od napięcia anody oraz prądu lampy.

Odprowadzanie ciepła z anody lampy rentgenowskiej: lampy rtg z wirującą anodą (tarcza obracająca sprawia, że elektrony nie padają tylko w jedno miejsce anody, grafit i miedź)

Promieniowanie char. w mammografii stanowi 50% całego promieniowania emitowanego przez lampę rtg.

 $\label{eq:mechanizmy generacji promieniowania X: Brehmstrallung - promieniowanie hamowania, promieniowanie charakterystyczne$

Zależności geometryczne: wymiary ogniska większe ognisko sprawia, że powstają większe półcienie, najlepiej aby ognisko było punktowe

Współczesna radiografia analowgowa: detektor obrazu (błona światłoczuła = warstwa poliestru + naniesionena niego krzyształy bromku srebra)

Kaseta - okładka wzmacniająca (scyntylator), podłoże z poliestru, emulsja z bromku srebra (bromki, chlorki metali ziem rzadkich (gadolin, iterb, europ)).

Okładki pograszają rozdzielczość obrazu w stopniu zależnym od grubości okładek. Przy grubszych okładkach o większej wydajności dają bardziej rozmyty obraz. Rozwiązanie problemu - struktura igłowa (kolumnowa) Dlaczego stosowana jest radiografia cyfrowa? - w medycynie coraz powszechniejsze są modalności cyfrowe (obraz powstaje w komputerze) - rozwój techniki szybkiej transmisji danych w telemedycynie - rozwój klinicznych sieci typu RIS, HIS, PACS - rozówj techniki przetwarzania i analizy obrazu, i interpretacji automatycznej, a także wspomagania jednostki - narasta problem archiwizacji milionów klisz rentgenowskich - ochrona środowiska - stosowane chemikalia w radiografii są agresywne - wzrost dostępności usług medycznych coraz trudniej pogodzić z długim czasem obróbki zdjęć rentgenowskich - dyrektywy UE

Wady i ograniczenia radiografii analogowej - tworzony jest pojedynczy obrazu - dostęp do wyników badania ograniczony - nietrwały nośnik obrazu - długi czas oczekiwania na wynik badania -

Zalety radiografii cyfrowej - krótki czas badania - niższe dawki pochłonięte - scentralizowane gromadzenie i udostepnianie danych - łatwa archiwizacja i zabezpieczenie danych - powielanie obrazów bez utraty jakości - elastyzny sposób wizualizacji badań - możliwości przetwarzania obrazów - korzystanie osiągnieć teleradiologii - wygoda pracy radiologów - standaryzacja procedur

Jaką wybrać dorege cyfryzacji - skanowanie konwencjonalnych zdjęć rtg - radiografia komputerowa CR - systemy wykorzystujące matryce CCD - płaskie panele detekcyjne FPD - inne w tym będące w fazie rozwoju... Obraz cyfrowy

Liczba poziomów szarości

Archiwizacja obrazu cyfrowego

w medyceynie nie korzystamy z kompresji stratnej

Typowy obraz medyczny wymaga zapisu 10-12 bitowego

Rozmiar: 1 GB dysku można zapisać ok 35 zdjęć

transmisja obrazu cyfrowego

Postprocessing

Ewolucja radiografii cyfrowej

Analogowa - radiografia komputerowa - ccd z ekranem scyntylacyjnym

Digitalizacja błon rtg

Płyty fosforowe BaFBr

Technika odczytu płyt pamięciowych

Charakterystyka putyczna płyty CR (zadymienie błony, dla płyty czułość jest proporcjonalna do energii)

Matryce CCD (wykorzystywane m.in. w aparatach fotograficznych)

Płaskie panele detekcyjne: Thin Film Transistor TFT - wykorzystywane w monitorach

Detetory radiograficzne: FPD - z odczytem pośrednim (światło generuje ładunek) i bezpośrednim (bezpośrendio ładunek jest generowany), stosowany jest jodek cezu

7 Wykład (29.11.2023)

Ewolucja radiografii cyfrowej Techniki obrazowe:

- Fluoroskopia ekrany które się tworzy mają małą luminancja (1 nit jednostka luminancji, 1 lumen jednostka strumienia świetlnego 3,810¹⁵ fotonow/s fali o długości 540 nm). Jasność (1 cd) strumień złapany w jednym kącie steradiana (1 lumen/srd). 1 cd/m² jest luminancją. Typowa wielkość luminancji zależy od tego, jaka dawka promieniowania rtg pada na ekran w czasie (1mR/sek odpowiada 0,14 nit). Promieniowanie czasem mogło przechodzić przez ekran i padało na oko diagnosty. Wzmacniacz obrazu. Wymagania stawiane w radiografii cyfrowej
- Angiografia technika używana do wykrywania patologii w układzie krwionośnym. $I_1 = I_0 e^{-\mu_1 d}$
- Tomografia SPECT (Single Photon Emission Computerised Tomography) i PET (Positon Emmsion Tomography). Składanie obrazu z wielu stron (płaszczyzn obrazów całkowych). W SPECT: Tyle ile jest rzędów w kolimatorze, tyle jest orazów w tomografii. Obrazujemy rozkład izotopu we wnętrzu człowieka. Trzeba zapewnić obrót kamery wokół pacjenta (gammakamera umieszczona na ruchomym obrotowym ramieniu). Czasem stosuje się dwie kamery aby zwiększyć czułość tomografu. Kłopoty z odtworzeniem rozkładu (promieniowanie wychodzące z wnętrza pacjenta jest osłabiane i pewne techniki uwzględnania tego osłabienia należ stosować, aby zapobiec niewłaściwemu odtworzeniu obrazu). Tomografia PET wprowadzanie izotopów, które rozpadają się z emisją pozytonu (beta plus). Zalety najczulsza metoda ze wszystkich metod obrazowych, wygodna dawki nie są duże (nie potrzebny jest kolimator, wykorzystuje się zjawisko koincydencji emisja kwantów gamma o energiach 511 keV każdy w miejscu anihilacji proton-elektron). Pierścień detektorów łapanie koincydencji dwóch kwantów gamma. Rejestracja linii odpowiedzi. Możliwość rejestracji, gdzie nastąpiła rejestracja na podstawie różnic (Jaka powinna być dokładność koincydencji aby z daną dokładnością określić położenie danego miejsca anihilacji?). Izotopy wykorzystywane w PET, szczególnie ważny jest Fluor-18, nim oznacza się np. glukozę, stosowana do badania nieprwaidłowości w mózgu (mózg potrzebuje glukozy).

Wzmacniacz obrazu (to nie fotopowielacz!!!) - bańka szklana (gorszy kontrast i rozdzielczość względem kliszy) Wymagania stawiane w radiografii cyfrowej