Βιοϊατρική Τεχνολογία

ΙΩΑΝΝΗΣ-ΠΑΝΑΓΙΩΤΗΣ ΜΠΟΥΝΤΟΥΡΙΔΗΣ

AEM 8872

Εργασία: Μαγνητικός Τομογράφος

Περιεχόμενα

1	Εισ	αγωγή	2
2	Αρχ	γές Λειτουργίας	3
	2.1	Βασιχές έννοεις	3
	2.2	Μαγνητικός Συντονισμός	4
	2.3	Συντονισμός - Διέγερση πυρήνων	6
	2.4	Μηχανισμοί αποκατάστασης – αποδιέγερσης	7
		$2.4.1$ Χρόνος μαγνητικής αποκατάστασης T_1	8
		$2.4.2$ Χρόνος μαγνητικής αποκατάστασης T_2	8
	2.5	Σήμα ελεύθερης επαγωγικής απόσβεσης	9
	2.6	Χωρική πληροφορία – κωδικοποίηση στο χώρο	9
3	Ιστ	ορική Εξέλιξη	11
	3.1	Αρχικές Έρευνες	11
	3.2	Η φασματοσκοπία (NMR)	11
	3.3	Η συμβολή του αξονικού τομογράφου	12
	3.4	Η φασματοσχοπία φωσφόρου	12
	3.5	Ο πρώτος μαγνητικός τομογράφος	13
	3.6	Διαθεσιμότητα του μαγνητικου τομογράφου στο εμπόριο	13

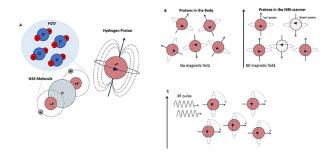
1 Εισαγωγή

Σκοπός της εργασίας είναι η περιγραφή της λειτουργίας του Μαγνητικού Τομογράφου (MRI) και η ιστορική αναδρομή του σχετικά με την εξέλιξη πρόοδο της τεχνολογίας. Η Μαγνητική Τομογραφία (MRI) είναι μια διαγνωστική τεχνική σάρωσης που βασίζεται στις αρχές του μαγνητικού συντονισμού. Η Μαγνητική Τομογραφία (MRI) χρησιμοποιεί ένα ισχυρό μαγνητικό πεδίο κυμάτων και ραδιοσυχνοτήτων να παράγει λεπτομερείς εικόνες των εσωτερικών οργάνων και ιστών. Μπορεί να χρησιμοποιηθεί για τη διερεύνηση σχεδόν σε κάθε μέρος του σώματος και πιο συχνά χρησιμοποιείται για να εξετάσει τον εγκέφαλο, τις αρθρώσεις και στους δίσκους της σπονδυλικής στήλης. Ο εξεταζόμενος σε μία μαγνητική τομογραφία δεν εκτίθενται σε ιοντίζουσα ακτινοβολία. Οι Μαγνητικοί Τομογράφοι με ισχυρό μαγνητικό πεδίο απειχονίζουν με πολύ υψηλή αχριβεία τα εξεταζόμενα μέρη του σώματος. Οι μαγνητικοί τομογράφοι έχουν δυνατότητα απεικόνισης σε Νευρολογικές, Ορθοπεδικές, Αγγειολογικές, Ογκολογικές, Ουρολογικές και Καρδιολογικές εξετάσεις. Παρακάτω θα δούμε πιο αναλυτικά της αρχές λειτουργίας του (MRI).

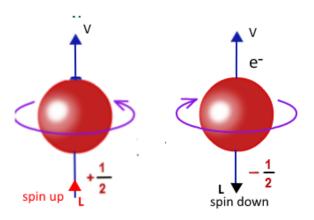
2 Αρχές Λειτουργίας

2.1 Βασικές έννοεις

Η λειτουργία της Μαγνητικής Τομογραφίας (MRI) βασίστηκε πάνω στην παρατήρηση κάποιων ιδιοτήτων του νέρου για τον απλούστατο λόγο οτι ο άνθρωπος αποτελείται από 70% νερό. Στην Μαγνητική Τομογραφία (MRI) εξετάζονται τα πρωτόνια υδρογόνου (H). Για κάθε μόριο νερού (H_2O) υπάρχουν δύο πρωτόνια υδρογώνου. Τα πρωτόνια του υδρογώνου περιστρέφονται γύρω απο τον άξονα τους σε διάφορες κατευθύνσεις. Όπως φαίνεται και στην παρακάτω εικόνα κάποια απο τα μόρια μπορεί να περιστρέφονται προς τα πάνω, κάποια άλλα προς τα κάτω ενώ υπάρχουν και αυτά που περιστρέφονται σε διαφορετικές τυχαίες κατευθύνσεις.



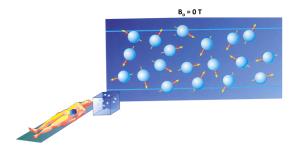
Σχήμα: 1: Πρωτόνια υδρογώνου



Σχήμα: 2: Περιστροφή πρωτονίων υδρογόνου

2.2 Μαγνητικός Συντονισμός

Τα πρωτόνια του υδρογόνου μόλις τοποθετηθούν μέσα σε ενα πολύ ισχυρό μαγνήτη, διατάσσονται στο μαγνήτικο πεδίο, κάποια με περιστροφή προς τα πάνω και άλλα προς τα κάτω, συμπεριφερόμενα ως μαγνήτες που έχουν θετιχούς και αρνητιχούς πόλους. Κατα την λειτουργία του Μαγνητικού Τομογράφου εκπέμπονται μια σειρά δυνατών θορύβων που αντιπροσωπεύουν διαφορετικούς χειρισμούς των πρωτονίων. Στην πιο βασική του μορφή ο πρώτος θόρυβος αντιπροσωπεύει ένα ηλεκτρομαγνητικό πηνίο το οποίο ουσιαστικά είναι ένα κομμάτι χυχλιχού χαλχού με ρεύμα που ρέει διαμέσου αυτού και είναι ενεργοποιημένο για ένα πολύ σύντομο χρονικό διάστημα. Συνήθως ανα λίγα χιλιοστά του δευτερολέπτου (ms) αυτό ωθεί ή περιστρέφει το πρωτόνιο από τον άξονά του εως 90 μοίρες, προκειμένου να έχουν όλα τα πρωτόνια ίδια διεύθυνση. Η συχνότητα του ηλεκτρομαγνητικού πηνίου, πρέπει να ταιριάζει αχριβώς με τη συχνότητα στην οποία τα πρωτόνια περιστρέφονται ή ό, τι καλούμε processing, είναι γνωστό ως η συντονισμένη ή η συχνότητα Larmor.



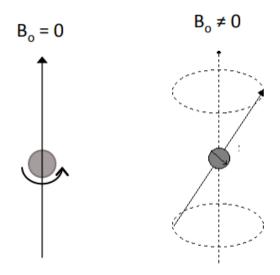
Σχήμα: 3: Πρωτόνια υδρογώνου χωρίς την επίδραση εξωτεριχου μαγνητιχου πεδίου



Σχήμα: 4: Πρωτόνια υδρογώνου υπο την επίδραση ισχυρού εξωτερικου μαγνητικου πεδίου

Όταν οι πυρήνες του υδρογόνου (πρωτόνια) εκτεθούν σε ισχυρό εξωτερικό μαγνητικό πεδίο, ευθυγραμμίζονται παράλληλα (με την ίδια φορά) ή αντιπαράλληλα (με αντίθετη φορά) με τον άξονα των δυναμικών γραμμών του εξωτερικού πεδίου.

Συχνότητα Larmor: $\omega_L = \sigma \upsilon \chi \nu \delta \tau \eta \tau \alpha \mu \epsilon \tau \alpha \pi \tau \omega \tau \iota \kappa \dot{\eta} \varsigma \kappa \dot{\iota} \nu \eta \sigma \eta \varsigma$

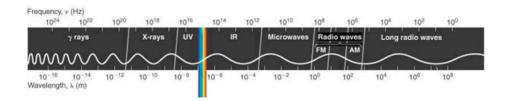


Σχήμα: 5: Αλληλεπίδραση υδρογώνου με εξωτερικό μαγνητικό πεδίο

Για τους πυρήνες υδρογόνου:

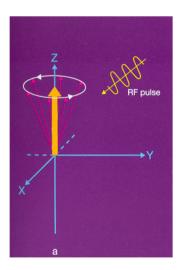
$$B_0 = 0.5T \implies \omega_L = 21.3MHz$$

 $B_0 = 1.5T \implies \omega_L = 42.6MHz$
 $B_0 = 3.0T \implies \omega_L = 127.7MHz$

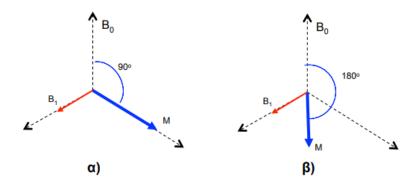


2.3 Συντονισμός – Δ ιέγερση πυρήνων

Το άνυσμα M εκτελεί μετάπτωση. Mε κατάλληλη επιλογή της έντασης και του χρονικού διαστήματος εφαρμογής του B1, επιτυγχάνεται η επιθυμητή γωνία νεύσης ϕ ($\phi=\gamma B_1 t$). Στο σχήμα παρουσιάζεται η θέση του ανύσματος της ολικής μαγνήτισης, M, μετά την εφαρμογή παλμού α) 90^o και β) 180^o .



Σχήμα: 6: Συντονισμός - Διέγερση πυρήνων



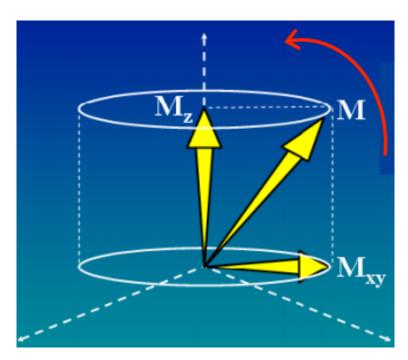
Σχήμα: 7: Συντονισμός – Διέγερση πυρήνων

2.4 Μηχανισμοί αποκατάστασης – αποδιέγερσης

Μετά τη λήξη του ραδιοπαλμού B_1

, η μαγνήτιση M περιστρέφεται γύρω από το στατικό πεδίο B_o με τη συχνότητα Larmor και σταδιακά επανέρχεται από τη διεγερμένη κατάσταση (όπου η μαγνήτιση είναι κάθετη στο B_o) στην αρχική κατάσταση θερμοδυναμικής ισορροπίας (όπου η μαγνήτιση είναι παράλληλη στο B_o). Η επαναφορά αυτή πραγματοποιείται με δύο διαφορετικούς μηχανισμούς οι οποίοι έχουν να κάνουν

- \bullet με τη αποκατάσταση της διαμήκους μαγνήτισης M_z η οποία αυξάνεται με το χρόνο
- \bullet την αποκατάσταση της εγκάρσια μαγνήτισης M_{xy} η οποία μειώνεται με το χρόνο.



Σχήμα: 8: Μηχανισμοί αποκατάστασης – αποδιέγερσης

- Σπιν πλέγμα (spin lattice relaxation). Η ενέργεια που προσφέρθηκε στο υπό εξέταση σύστημα πρωτονίων μεταφέρεται στο περιβάλλον του, το οποίο λόγω του μεγαλύτερου μεγέθους απορροφά την ενέργεια χωρίς να διεγείρεται. Με τον όρο πλέγμα εννοούμε το γειτονικό ηλεκτρομαγνητικό περιβάλλον του υπό εξέταση πυρηνικού συστήματος.
- Σπιν Σπιν (spin-spin relaxation). Μετά την εφαρμογή του ραδιοπαλμού 90° και λόγω της απορρόφησης ενέργειας, το σύστημα των πυρήνων βρίσκεται σε μια κατάσταση χαμηλής εντροπίας (οι επιμέρους μαγνητικές ροπές βρίσκονται σε συμφωνία φάσεων). Στη συνέχεια τα σπιν των πυρήνων αλληλεπιδρούν και ανταλλάσουν ενέργεια μεταξύ τους. Οι ανταλλαγές αυτές ενέργειας δεν οδηγούν σε μεταβολή της εσωτερικής ενέργειας του συστήματος αλλά σε μεταβολή της εσωτερικής του εντροπίας (τα σπιν παύουν να είναι σε φάση)

${f 2.4.1}$ Χρόνος μαγνητικής αποκατάστασης T_1

Η τιμή του χρόνου T_1 εξαρτάται από:

- Είδος ιστού
- Θερμοκρασία
- Ένταση μαγνητικού πεδίου

${f 2.4.2}$ Χρόνος μαγνητικής αποκατάστασης T_2

Η τιμή του χρόνου T_2 εξαρτάται από:

- Δομή ιστού (κινητικότητα πρωτονίων)
- Θερμοχρασία

2.5 Σήμα ελεύθερης επαγωγικής απόσβεσης

Έστω δείγμα πρωτονίων το οποίο βρίσκεται σε ομογενές μαγνητικό πεδίο B_o και έχει διεγερθεί από έναν παλμό 90^o . Μετά τη λήξη του παλμού, στο σταθερό σύστημα αναφοράς, το άνυσμα της εγκάρσιας μαγνήτισης M_{xy} εκτελεί περιστροφική κίνηση στο επίπεδο-xy με κυκλική συχνότητα xy και το μέτρο του μειώνεται εκθετικά σύμφωνα με την εξίσωση

$$M_{xy}(t) = M_{xy}(0) \cdot e^{-\frac{t}{T_2}}$$

Τοποθετώντας ένα σωληνοειδές πηνίο το οποίο έχει τον κύριο άξονα του παράλληλο στο επίπεδο-xy, σύμφωνα με τον νόμο του Faraday, επάγεται τάση στα άκρα του που προέρχεται από τις μεταβολές της μαγνητικής ροής, στις σπείρες του πηνίου, λόγω της περιστροφής του M_{xy} .

Η τάση αυτή είναι ένα διαμορφωμένο κατά πλάτος ηλεκτρικό σήμα με φέρουσα συχνότητα τη συχνότητα Larmor ω_L το οποίο μειώνεται με εκθετικό τρόπο με χρονική σταθερά τον χρόνο T_2 και το οποίο παράγεται αμέσως μετά την εφαρμογή του ραδιοπαλμού 90^o .

2.6 Χωρική πληροφορία - κωδικοποίηση στο χώρο

Στην Απεικόνιση Μαγνητικού Συντονισμού (AMΣ) όμως, όπως και σε όλες τις απεικονιστικές τεχνικές, απαιτείται η παραγωγή εικόνας με χωρική πληροφορία, με πληροφορία δηλαδή της θέσης του πυρήνα που διεγείρεται ή με άλλα λόγια απαιτείται η κωδικοποίηση του σήματος στο χώρο.

Για να συμβεί αυτό πρέπει το μαγνητικό πεδίο να μεταβάλλεται χωρικά έτσι ώστε να μεταβάλλεται χωρικά και η συχνότητα περιστροφής των πυρήνων (συχνότητα Larmor). Στην περίπτωση αυτή οι πυρήνες μπορούν να διεγερθούν επιλεκτικά ανάλογα με τη θέση τους και το σήμα που θα καταγραφεί μπορεί να έχει την χωρική πληροφορία που απαιτείται για την παραγωγή της εικόνας

Για το σκοπό αυτό, παράλληλα με το ισχυρό στατικό μαγνητικό πεδίο Βο εφαρμόζονται επιπλέον βαθμιδωτά πεδία η ένταση των οποίων μεταβάλλεται γραμμικά κατά μήκος του άξονα εφαρμογής τους.

Η εφαρμογή των βαθμιδωτών πεδίων έχει ως αποτέλεσμα την χωρική βάθμωση των συχνοτήτων Larmor, δηλαδή με άλλα λόγια σε κάθε σημείο στον χώρο να αντιστοιχεί διαφορετική συχνότητα Larmor.

 Δ ιεγείροντας επιλεκτικά πυρήνες σε συγκεκριμένες χωρικές περιοχές και εφαρμόζοντας κατάλληλους μετασχηματισμούς Fourier προκύπτουν εικόνες με χωρική πληροφορία, οι οποίες αντιστοιχούν σε τομές του σώματος.

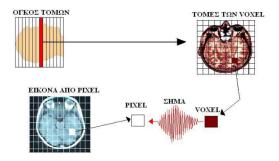
Οι εικόνες αυτές αναπαριστούν τα μαγνητικά χαρακτηριστικά του ιστού που απεικονίζεται στην κάθε περιοχή-τομή και αποτελούνται από έναν πίνακα εικονοστοιχείων (pixels) όπου η φωτεινότητα (brightness) του καθενός σχετίζεται με τις μαγνητικές ιδιότητες του αντίστοιχου ογκοστοιχείου (voxel).

Το σήμα από κάθε voxel είναι η μέση τιμή των σημάτων όλων των πρωτονίων που περιέχει.

Ενεργοποιώντας το πηνίο βάθμωσης στον άξονα-z (z-gradient) τα πρωτόνια κατά μήκος του άξονα "αισθάνονται" διαφορετικό πεδίο και αποκτούν γραμμικά μεταβαλλόμενες συχνότητες Larmor.

Τα πρωτόνια της τομής που μας ενδιαφέρει έχουν ένα μοναδικό φάσμα συχνοτήτων το οποίο μας είναι γνωστό.

Αν εκπεμφθεί ένας παλμός 900 ειδικά διαμορφωμένος ώστε να περιέχει τις συχνότητες των πρωτονίων της τομής τότε διεγείρονται μόνο τα πρωτόνια της τομής. Η κεντρική συχνότητα του παλμού καθορίζει το ύψος της τομής ενώ το εύρος ζώνης συχνοτήτων (bandwidth) καθορίζει το πάχος της.



Σχήμα: 9: Χωρική πληροφορία – κωδικοποίηση στο χώρο

3 Ιστορική Εξέλιξη

3.1 Αρχικές Έρευνες

Αρχικά το 1924 ο Pauli πρότεινε την θεωρητική ύπαρξη μιας εγγενούς πυρηνικής περιστροφής. Το 1925 οι Uhlenbeck και Goudsmit εισήγαγαν στην φυσική την έννοια του περιστρεφόμενου ηλεκτρονίου. Δύο χρόνια αργότερα, ο Pauli και ο Charles Galton Darwin ανέπτυξαν ένα θεωρητικό πλαίσιο για την έννοια της περιστροφής ηλεκτρονίων με βάση τους νόμους της κβαντικής μηχανικής που αναπτύχθηκαν από τον Έρβιν Σρέντινγκερ και τον Βέρνερ Χάιζενμπεργκ. Οι πρώτες μελέτες σχετικά με τις μαγνητικές ιδιότητες των πυρήνων ξεκινούν στις αρχές της δεκαετίας του '30 με τους Gorter και Rabi. Το 1933 ο Otto Stern και ο Walther Gerlach ήταν σε θέση να μετρήσουν την επίδραση της πυρηνικής περιστροφής από την εκτροπή μιας ακτίνας μορίων υδρογόνου. Κατά τη διάρκεια της δεκαετίας του '30, το εργαστήριο του Isidor Isaac Rabi στο πανεπιστήμιο Κολούμπια της Νέας Υόρκης έγινε σημαντικό κέντρο σχετικών μελετών.

3.2 Η φασματοσκοπία (NMR)

Ο Gorter χρησιμοποίησε αρχικά τον όρο "πυρηνικός μαγνητικός συντονισμός" σε μια δημοσίευση που εμφανίστηκε στην Ολλανδία το 1942. Ο μαγνητικός συντονισμός περιστροφής ηλεκτρονίων ανακαλύφθηκε στο πανεπιστήμιο Kazan από τον Yevgeni K. Zavoisky προς το τέλος του 1943. Ο Zavoisky είγε ανιγνεύσει τον πυρηνικό μαγνητικό συντονισμό το 1941 και παρουσίασε τα πορίσματά του σε αγγλόφωνο ρωσικό επιστημονικό περιοδικό, αλλά δεν είχε αντίκτυπο στην επιστημονική κοινότητα της εποχής. Επίσημα το φαινόμενο του πυρηνικού μαγνητικού συντονισμού (nuclear magnetic resonance-NMR) ανακαλύφθηκε ανεξάρτητα από τους Φέλιξ Μπλοχ (Stanford) και Έντουαρντ Πάρσελ (Harvard) το 1946 και το 1952 βραβεύονται με βραβείο Νόμπελ φυσικής. 4 Λίγα χρόνια αργότερα αναπτύχθηκε η φασματοσκοπία ΝΜR, η οποία ξεκινά να εφαρμόζεται κυρίως για την in vitro έρευνα στοιχείων και χημικών ενώσεων (σε μελέτες με πολλές τεχνικές δυσκολίες και με αρχετά σφάλματα). Το 1955/1956, ο Erik Odeblad και ο Gunnar Lindstrom από τη Στοκχόλμη δημοσίευσαν τις πρώτες μελέτες NMR, συμπεριλαμβανομένων μετρήσεων χρόνων χαλάρωσης, μελετών ζωντανών χυττάρων και αξιολόγησης ζωικών ιστών. Ο Odeblad συνέχισε τις μελέτες σε ζωντανούς ιστούς καθ' όλη τη διάρκεια της δεκαετίας

του '50 και του '60. Το 1959 ο Jay Singer μελέτησε την δυνατότητα μέτρησης ροών σε ιστούς. Στα τέλη της δεκαετίας του '60 γίνονται έρευνες για την λήψη σημάτων και προσδιορισμού των χρόνων χαλάρωσης σε ανθρώπους και σε ζώα με κυριότερη την μελέτη του J. Johns, ο οποίος μελέτησε την χημική σύσταση των ιστών ζωντανών ζώων (1967).

3.3 Η συμβολή του αξονικού τομογράφου

Η εφεύρεση του αξονικού τομογράφου στα μέσα της δεκαετίας του '60 επηρέασε θετικά την έρευνα για την εξέλιξη των εφαρμογών απεικόνισης μαγνητικού συντονισμού. Μερικές εβδομάδες μετά την εγκατάσταση του πρώτου αξονικού τομογράφου (Αγγλία, 1971) ο Paul Lauterbur ανακαλύπτει την δυνατότητα χωρικής χαρτογράφησης των μοριακών συγκεντρώσεων συνδυάζοντας τα γραμμικά βαθμιδωτά πεδία (χρησιμοποιήθηκαν πρώτη φορά από τον Erwin L.Hahn το 1950) και την τεχνική της οπισθοπροβολής (σε αυτή βασίζεται η αξονική τομογραφία).

3.4 Η φασματοσκοπία φωσφόρου

Στις αρχές της δεκαετίας του 1970 πραγματοποιούνται οι πρώτες μελέτες της φασματοσκοπίας φωσφόρου για την ανάλυση δειγμάτων ερυθροκυττάρων (Moon 1973). Το 1974 ο Hoult μελετά με την φασματοσχοπία φωσφόρου την σύσταση των μυικών ιστών ποντικών. Τότε γίνεται φανερό ότι η φασματοσχοπία προσφέρει μη επεμβατική in vivo ανάλυση της σύστασης και του μεταβολισμού των ιστών. Το 1972 ο Raymond Damadian αναχαλύπτει ότι οι παθολογικοί ιστοί εμφανίζουν μεγαλύτερους χρόνους χαλάρωσης σε σχέση με τους αντίστοιχους υγιείς. Το 1973 ο Lauterbur παρουσιάζει την εικόνα δυο σωλήνων με νερό στο περιοδικό Nature και το 1974 παρουσιάζει την απεικόνιση της θωραχικής κοιλότητας ενός ποντικού. Ονόμασε την τεχνική αυτή ζευγματογραφία, όρος ο οποίος μετέπειτα αντικαταστάθηκε από τον όρο απεικόνιση μαγνητικού συντονισμού. Το 1974 οι Anil Kumar, Dieter Welti και Richard Ernst παρουσίασαν την εργασία 'NMR Fourier Zeugmatography' η οποία περιγράφει την χρήση χρονικά μεταβαλλόμενων βαθμιδωτών πεδίων και την εφαρμογή των μετασχηματισμών Fourier για την ανακατασκευή των εικόνων. Επίσης το 1974 η εταιρία ΕΜΙ ασχολήθηκε με την κατασκευή εξοπλισμού αυτού του είδους. Με την συνεισφορά και των εργασιών του Damadian και τις ανακαλύψεις

του Lauterbur επήλθε επανάσταση στην ιατρική απεικόνιση καθώς οδήγησε στην δημιουργία του πρώτου υποτυπώδους πειραματικού μαγνητικού τομογράφου. 5

3.5 Ο πρώτος μαγνητικός τομογράφος

Οι καθηγητές Damadian, Minkoff και Goldsmith, μόλις ολοκλήρωσαν την κατασκευή του πρώτου υποτυπώδους μαγνητικού τομογράφου (Indomitable), στις 3 Ιουλίου 1977, μετά από μέτρηση 6 ωρών και ανακατασκευή 22 ωρών παρήγαγαν την πρώτη ιατρική εικόνα του ανθρώπινου σώματος (τομή θωρακικής χώρας). Επίσης το 1977 ο Sir Peter Mansfield και η ομάδα του έλαβαν εικόνες από τομή δακτύλου του χεριού και από την κοιλιακή χώρα με την βοήθεια της τεχνικής Echo Planar Imaging (E.P.I.).

3.6 Διαθεσιμότητα του μαγνητικού τομογράφου στο εμπόριο

Το 1992 εμφανίστηκε ο πρώτος εμπορικά διαθέσιμος μαγνητικός τομογράφος για ιατρικές εφαρμογές. Στις μέρες μας υπάρχουν περίπου 30000 μαγνητικοί τομογράφοι σε λειτουργία για ιατρική χρήση σε παγκόσμιο επίπεδο, ενώ παρασκευάζονται 2000 καινούργιοι κάθε χρόνο. Οι Ηνωμένες Πολιτείες Αμερικής αντιπροσωπεύουν το 40% της παραγωγής των μαγνητικοών τομογράφων.