特集 最新の画像診断法とその応用~機器メーカーによる最新情報~

2. 全身用 3T MRI 装置における開発状況について ー小児における有用性を踏まえてー

吉村浩明

シーメンス旭メディテック株式会社 マーケティング本部 MR事業部

The development of whole-body 3T MRI -Its utility in pediatric examination-

Hiroaki Yoshimura

Marketing Division, MR group, Siemens-Asahi Medical Technologies Ltd

Abstract

Recently, there has been a great increase in the use of 3Tesla (3T) MRI in Japan as well as foreign countries, and the installation of 3T MRI exceed 200 in number. With that background there is much improvement of hardware and software in 3T MRI, and the Multi-Transmit RF system which may resolve 3T MRI's problems has been built and launched into the market. We can easily use 3T MRI for whole body examination and acquire high resolution images with high SNR, because there is much improvement of the B1 field non-uniformity and specific absorption rate (SAR) management. (In this article SAR means the electromagnetic radiation absorption rate.) Especially in Pediatric MRI examination, SAR management is the biggest problem.

In this article I describe the future of the new 3T MRI, as well as the new open-bore design magnet and "Multi-Transmit RF system" which have improved the B1 field non-uniformity and SAR management.

Keywords : Computed radiography, Dose control, Contrast noise ratio

はじめに

近年、日本国内においても海外同様にMRI装置の高磁場化が進み、3テスラ(3T)MRI装置の導入・設置台数が飛躍的に増加している。そして、現在日本国内における稼働台数が200台を超えている。その背景には、3TMRI装置におけるハードウェア及びソフトウェアの大きな改善が進み、高磁場MRI装置の特異性を大きく改善できるマルチトランスミットradio frequency (RF)システム 搭載の3TMRI装置の市場投入が大きな要因と思われる。

全身領域で, 3T MRI装置の高い signal to noise

ratio:信号対雑音比(SNR)を活かした高分解能撮 像が可能になった理由として、その特異性である 電磁波送信磁場(B1)の不均一性やSAR(=specific absorption rate:ここでは電磁波被吸収比率の意 味)管理の問題が大きく改善されたと考えられる (小児におけるMRI撮影において、特に問題となっ ていたのがSARの管理であった).

本稿では、全身用3T MRI装置の特徴を示しな がら、課題とされていた電磁波送信磁場(B1)の不 均一性^{1~4)}とSAR管理の問題を克服した次世代型 オープンデザインマグネットとマルチトランスミッ トRFシステムの機能特性について述べる.

3T MRIの特徴について^{4,5)}

3T MRI装置は, 静磁場磁束密度 (B0) が高くな ることによって高い SNRが得られる為 (1.5T MRI 装置と比較すると2倍の SNRになる), 高空間分 解能撮像や撮像時間の短縮が可能となる.一方で, 高磁場及び高周波の環境における MRI 信号の劣 化といった問題が発生する. その原因となる高磁 場 MRI の特異性について下記に示す.

- ・強い磁化率効果の影響により、体幹部のような 磁化率の異なる組織では静磁場磁束密度(B0)の 不均一性を増強し画像の歪みがより顕著となり、 脂肪抑制効果にも影響を及ぼす。
- ・T1緩和時間が軽度に延長し(1.5T MRI装置と比較した場合1.1~1.4倍延長する), T1コントラストがつきにくくなる.
- ・電磁波送信によるSARは静磁場束密度(B0)の二 乗に比例増大することにより(1.5T MRI装置と 比較した場合,4倍に増加する),SARの基準 値を超えてしまうことが多くなる.そして,SAR 上昇に伴い発熱効果も大きくなり,併せて伝導 率効果の増大により体内における局所的な熱傷 を引き起こす原因ともなる.
- ・電磁波送信は、誘電率効果の増大によりその浸透力(RF penetration)が大きく低下し、体幹部における深部(中心部)の信号低下を発生する. また、体内において定常波が形成されることによりMRI信号の干渉が起こり、画像上において信号ムラが出現する.

以上にあげた高磁場MRIの特異性を改善できる 技術として、以下に次世代型オープンデザインマ グネットとマルチトランスミットRFシステムの 機能特性について説明する.

次世代型オープンデザイン マグネットの特徴について

次世代型オープンデザインマグネットの大きな 特徴は、直径70 cmのオープンボアとボアの形状 に沿って円筒形状に磁場生成の均一性を補償して いることである.その機能詳細について以下に述 べる.

70 cmオープンボア設計について

従来装置は、直径60 cmのボア径であったが、次 世代型オープンデザインマグネットは直径70 cm のボア径が採用されており、広い検査空間が確保 できている。被検者に対して、閉塞感を大幅に軽 減し、気管チューブなどの医療器材の挿入を容易 にするだけではなく、被検者及び検査空間へのア プローチも容易にしている為、小児のMRI検査 をより安全に行うことが可能となる。マグネット のワイドボア化は各社開発しており、今後の市場 傾向と思われる.

円筒形状に磁場生成の均一性を補償する機能に ついて

次世代型オープンデザインマグネットは、静磁 場を発生させる超電導コイルを複数に分け、それ ぞれの磁場コイルの巻き密度、直径、幅などを調 整することで、マグネット内における静磁場の均 一度を円筒形状に補償している(Fig.1). この新 しい技術は、静磁場の均一性をより人体の形態に 近い円筒形状で最適化することにより、撮像視野 (FoV)においてアイソセンターから隅までの全て のスライス面において、画像の歪みや信号欠損を なくなすことが可能となる(Fig.2). 小児のような 比較的小さな撮影対象の場合、磁化率の変動が大 変大きく、画像上におけるMRI信号ムラも顕著と なる為、本技術は大変有効な技術と思われる.

マルチトランスミット RF システムの 機能特性について

高磁場MRI装置において、B1フィールド(電磁



Fig.1 次世代型オープンデザインマグネット 3Tを発生させる超伝導コイルを複数に分割 し、それぞれのコイル巻き密度、直径、幅 を調整し、円筒型の磁場均一範囲を作り出 している.

波送信状態の磁場)の不均一性が課題とされていた。マルチトランスミットRFシステムは、2チャンネルRF送信を可能とするRFシステムを採用しており、シーメンス社製新型3T MRI装置に搭載されている。マルチトランスミットRFシステムが搭載されたことにより、3T MRI装置の特性を 十分に活かした、非常に有用な画像情報を得ることができる。高磁場MRI装置における課題等を 説明しながら、マルチトランスミットRFシステムの機能詳細について以下に述べる。

高磁場MRI装置における課題について

全身用3T MRI装置では、被写体内でのRF分布 が不均一になりやすい為、特に体幹部での信号ム ラが課題とされてきた.この電磁波送信の分布ム ラは、一つの原因ではなくいくつかの原因が組み 合わせられて生じている.

定常波効果 (standing wave effect) について

電磁波送信の分布ムラの原因の一つとして、 定常波効果(standing wave effect)が挙げられる. MRI装置の静磁場強度が高くなるにつれ、電磁波 送信における共鳴周波数帯域の波長が徐々に短く なる(Fig.3). 3T MRI装置における共鳴周波数帯 域の入水波長は約26 cmとなり(1.5T MRI装置では 約52 cmとなる),それは定常波を形成し易く,結 果的に画像上における信号ムラを発生させる一つ の原因となる. その要因として、体内での電磁波の入射波と 反射波(誘電効果により発生、詳細は後述する) が干渉して、同位相の時にはMRI信号が増強さ れ、逆位相の時にはMRI信号が減弱され、その 結果画像上にMRI信号のムラが出現すると考え られている.この現象は、マルチトランスミット RFシステムによる2チャンネルRF送信によって、



Fig.3 磁場毎の共鳴周波数帯域におけるRF送信 波の入水波長の比較 高磁場になるにつれて、共鳴周波数帯域に おけるRF送信波の入水波長が短くなるこ とを示している.RF送信波長が被検体長と 同じ場合、体内におけるRF送信波の入射 波と反射波によって定常波が形成される.



Fig.2

a b

従来法 (a) と次世代型オープ ンデザインマグネット (b) の 比較

次世代型オープンデザインマ グネットを使用することによ り、撮像野の隅にあった画像 の歪みや信号欠損をなくなす ことができる. 定常波の形成を大幅に低減することにより大きな 改善が可能となる.

本現象は、検査対象部位の形状により異なるが 主に体幹部において顕著にみられ、小児のような 撮影対象が比較的小さい場合はさほど問題となっ ていない。

誘電率効果 (dielectric effect) について

定常波を形成する要因として、誘電率効果 (dielectric effect)が挙げられる.共鳴周波数帯域 の電磁波が高周波になるほど誘電率が高くなり、 電磁波送信の体内への浸透力を低下させる大きな 要因となる.これは、誘電率上昇によって体表近 くに発生する渦電流 (eddy current)が、RFシール ド化(電磁波遮断性が高くなる)を引き起こす為で あると考えられている.特に腹水などが溜まって いる症例に対しては、顕著にMRI信号の低下とし て出現する.対処方法として、誘電率を変化させ る誘電パッドを利用し、電磁波送信の浸透力を上 げる方法などが有効であるとされている.

伝導率効果 (conductivity effect) について

高磁場になるほど、電界が強くなり伝導率効果 が強くなる、よって、電気伝導率の高い組織(脂 防,骨髄は低く,脳、血液,肝臓,脳脊髄液は 高い) ほど SARが大きくなり、局所的な温度上昇 が形成される. SARの上昇を抑えるには、デュー ティーサイクルを下げることやエコートレインを 少なくするという方法がとられてきたが、いずれ も撮影画像の分解能を下げる方法になり積極的な 利用は避けたい、そこで、マルチトランスミット RFシステムにより、RFパルスのピークパワーを 下げるRFパルス形成によって、SARを下げるこ とが可能となった.マルチトランスミットRFシス テムにより従来機能に比べ約10%のSAR低減が可 能となる(Fig.4). SARは被検者の体重によって、 その総量を管理される為小児では撮像シーケンス に対して大きな制限となる、マルチトランスミッ トRFシステムによってSARを低減することが可 能であれば、小児における高磁場 MRI において 撮像シーケンスの自由度が大きくなり、撮影画像 の高画質化を図ることもできると思われる.

マルチトランスミット RF システムについて

上述したとおり,高磁場MRI装置の特異性及 び課題等はいくつかあるが,そのような課題を 改善できる技術として,複数チャンネルRF送信 システムがある.マルチトランスミットRFシス テムは、2チャンネルRF送信を可能としており, RF送信波の位相と振幅をそれぞれ変化させなが らB1 Fieldの均一化を図ることが出来る.

マルチトランスミットRFシステムは、2つの 送信及び給電ポート(Fig.5では、最適な位相差が 120度前後、電圧比が1:3であると示している) において、2チャンネルRF送信波の位相差と強 度差についてあらゆる計算⁶⁰を行い、最適な設定 がされている。その結果、従来のCP型送信(RF 送信の位相及び振幅が固定されている)に比べ、 マルチトランスミットRFシステムはRF送信波の 信号ムラが大きく改善されていることが分かる (Fig.6).



Fig.4 マルチトランスミットRFシステムの最適ポ イントをみつけるシミュレーション(SAR) 従来の circular polarization (CP)^{*}送信(●) に比べ、マルチトランスミットRFシステム (○)はSARが約10%低減している. 横軸:ch1/ch2の出力比.ゼロがCP型 ch1=ch2. 縦軸:ch1とch2の位相差.90度がCP型.

※直交する2つのコイルエレメントから形成されており、直交検波方式のコイル.



Fig.6 マルチトランスミットRFシステムにおける最適な位相差及び電圧比のシミュレーション(信号ムラ)
従来のCP送信(●)に比べ、マルチトランスミットRFシステム(○)ムラが大幅に改善されている。
横軸:ch1/ch2の出力比.ゼロがCP型 ch1=ch2.
縦軸:ch1とch2の位相差.90度がCP型.

その他

主に3T MRI装置のハードウェアに関する改善 等に述べてきたが、撮像シーケンスについても高 磁場MRI装置向けに改良が進んでいる. 1.5T MRI 装置では高分解能撮影を目的とした3D撮影が一 般的になっているが、3D撮影よる高分解能撮影 を目的とした場合、長いエコートレインの設定が 不可欠となり、SAR上昇を引き起こし3T MRIに おける利用は大きな制限があった. すなわちそれ は、3T MRI装置の最大の特徴となる高空間分解 能撮影そのものに大きな制限があった.

リフォーカスアングル減衰型 3D 撮影アプリケー ションの機能特性について⁷⁾

リフォーカスアングル減衰型3D撮影アプリケー ションの機能特性は、SE法をベースとしており、 T2減衰に従ってリフォーカスアングルを段階的に 下げることによりSARを下げ、エコートレイン設 定の自由度を上げ高分解能撮影を可能とすること である。そして、予め設定されたタイミングで再 度リフォーカスアングルを上げることにより、シ グナルを上げることが出来る。結果的にTE設定 の自由度が高くなり、短いTEから長いTEまで



Fig.5 マルチトランスミット RF システムにおける2チャンネル送信の構造 I₁としの2つのチャンネルにそれぞれ供給する電流の大きさを独立制御.

の設定が可能になり、様々なコントラスト画像が 得られる.更に、RF送信不均一による信号ムラ を改善できるアディアパティック型RFパルスを 利用したリフォーカスアングル減衰型3D撮影アプ リケーションといった改良型もリリースされてい る.小児のような比較的小さい撮影対象を、低い SARで高空間分解能撮影する際は非常に有効な手 段と思われる.

結 語

本稿では、全身用3T MRI装置の特徴を示し、課題とされていたB0及びB1 Fieldの不均一を克服 した次世代技術、次世代型オープンデザインマグ ネットとマルチトランスミットRFシステムの機 能特性を紹介した、次世代型オープンデザインマ グネットによる静磁場の均一範囲の拡大と、マル チトランスミットRFシステムによるMRI信号の 均一化やSAR低減が可能となる次世代技術につい て述べた。

●文献

1) Caserta J, Beck BL, Fizsimmons JR : Reduction of wave phenomena in high field MRI experiments

using absorbing layers. J Magn Reson 2004; 169: 187-195.

- Collins CM, Liu W, Schreiber W, et al : Central Brightening due to constructive interference with, without and despite dielectric resonance. J Magn Reson Imaging 2005; 21: 192-196.
- Dietrich O, Reiser MF, Schoenberg SO : Artifacts in 3T MRI : physical background and reduction strategies. Eur J Radiol 2008; 65 : 29-35.
- Schick F: Whole-body MRI at high field : technical limits and clinical potential. Eur Radiol 2005; 15: 946-959.
- Kawahara M : Advantages and Disadvantages in 3T MRI Body Applications (Clinical Technology Course). Japanese Society of Radiological Technology 2006; 67: 938-947.
- Nistler J, Diehl D, Renz W, et al : Homogeneity Improvement Using A 2 Port Birdcage Coil. ISMRM 2007 (abst), 1063.
- 7) Lichy MP, Mugler JP III, Wietek BM, et al : Magnetic resonance imaging of the body trunk using a single slab, 3-dimensipnal, T2-weighted turbospin echo sequence with high sampling efficiency (SPACE) for high spatial resolution imaging : initial clinical experiences. Invest radiol 2005; 40: 754-760.