多層媒質内点波源による電界分布の 周波数依存性に関する研究

2004MT019 濱本健太 2004MT025 平野勝義 指導教員 稲垣直樹

1 はじめに

近年,人体通信の研究が盛んに行われている.人体通 信とは,人体を伝送路とするボディエリアネットワーク 構成技術であり,人から人,人から物へと触れることで 伝送路を構成し情報伝達を可能とする.人体通信には, 身に着ける機器(ウェアラブル機器)[1]を中心とする 場合と,体内埋め込み機器(インプラント機器)[2]ま でも接続対象に含める場合の二つがある.インプラント とは人体内部に,人工機器を永久的に埋め込む技術で ある.本研究では,インプラントによる人体通信の実 現に向け、人体多層媒質内部に点波源を設置して、周波 数依存性を検討する.数値解析には,FDTD (Finite Difference Time Domain)法[3]を用いた.人体はお おまかに,皮膚層,皮下組織,筋肉,骨,脳の5つに分 類される.これらを,基礎モデルとしての無限平面モデ ル, 腕部を想定した円柱モデル, そして頭部を想定した 球モデルの3つのモデルにおいて層状に分布させ,電界 分布の周波数依存性を検討していく.

2 無限平面モデル

2.1 解析モデル

皮膚構造 [4] は外皮から,表皮,真皮,皮下組織の順に 構成されており,表皮は薄く0.1~0.2mm ほどである. 本研究では,簡易化のため表皮を除くこととする.真皮 は2mm,皮下組織は4mmとした.真皮は毛細血管や 知覚神経終末板などの重要な器官を内蔵しているため, インプランタブルデバイスを埋め込むには適さない.ま た,筋肉や脳,骨といった神経や血管が密集していると ころも血管への圧迫や異物感があると考えられるので, 脂肪組織が充実している皮下組織にインプランタブルデ バイスを埋め込むことを想定し,給電点を挿入する深さ を4mm,皮下組織内部に設置する.男性の上腕筋組織 厚はおよそ30~33mmであり,本モデルでは30mm とした.上腕骨は中央の半径でおよそ17~22mmであ り,本モデルでは18mmとした.図1は本研究に用い た解析モデルを示している。



2.2 FDTD 法による電界強度の計算

FDTD 法を用いた無限平面モデルに点波源を挿入し た状態のモデル化を検討する.無限平面モデルの解析領 域は, $200 \times 200 \times 200 \text{mm}^3$ であり,図1に示すように 解析モデルの中央深さ4mmの箇所にx軸方向に2mm の間隔で $3V_{P-P}$,10MHz ~ 2 GHz の正弦波電圧を給電 する.

2.3 電界強度分布

10MHz と 500MHz の電界強度分布を図 2 に示す. 電界強度分布の観測面は x - z 平面 (y = 0mm)と し,1500 v/m を 0dB として規格化した.10MHz ~ 500MHz の周波数帯は似たような結果となり,どちらも 点波源を挿入した皮下組織層(z = +12mm)に沿って分 布していることがわかる(-60dB ~ -80dB).図2(a)の 10MHz の電界強度分布は人体媒質層(z = +16mm)か ら上方に放射されており,筋肉媒質層内(z = +16mm)か ら上方に放射されており,筋肉媒質層内(z = +10mm) への電界強度は上方への放射に比べて電界強度が低いこ とがわかる.一方,図2(b)の500MHz の電界は,筋 肉媒質内(z = +10mm 以下)への放射がある(-60dB ~ -80dB).

次に 1GHz と 2GHz の電界強度分布を図 3 に示す.図 3(a)の 1GHz は 500MHz と電界強度分布は似ている. しかし,筋肉媒質のみでなく骨まで電界が放射されてい る(-60dB ~ -80dB). さらに図 3(b)の 2GHz の電界 強度分布は人体媒質層 (z = +16mm)から上方への放 射が最も大きく z 軸方向に 40mm まで-40dB ~ -60dB ある.また,皮下組織層 (z = +12mm)に沿う電界の 範囲が広く,±60mm まで-40dB ~ -60dB の電界強度 がある.

3 円柱(腕部)モデル

3.1 解析モデル

円柱モデルは *x* - *z* 平面を無限延長とし *y* - *z* 平面を 円構造にして円柱モデルを作成した.図4 は本研究の解 析モデルを示している.



図 4 人体多層媒質を模擬した円柱の解析モデル



3.2 FDTD 法による電界強度の計算

FDTD 法を用いた円柱モデルに点波源を挿入した状 態のモデル化を検討する.図4に示すように解析モデ ルの中央深さ4mm の箇所に x 軸方向に2mm の間隔で 3V_{P-P}, 10MHz ~ 2GHz の正弦波電圧を給電する. 3.3 雷界強度分布

10MHz と 500MHz の電界強度分布を図 5, 図 6 に示 す.電界強度分布の観測面はx - z平面(y = 0mm)と y-z平面(x = 0mm)とし, 1500 v/m を 0dB として 規格化した . *x*-*z* 平面の電界強度分布における 10MHz ~ 500MHz の周波数帯は両者とも無限平面モデルと似 た結果となっている.皮下組織と他の媒質を比較する と,皮下組織層(z = +12mm)の電界強度分布はおよ そx軸方向に ± 5 mm ほど伸びている.一方,y - z平 面の電界強度分布図は,円柱モデルの皮下組織層(z = +12mm)に沿う電界は他の媒質層との違いが見られな いことが確認できる.次に1GHz と2GHz の電界強度 分布を図7,図8に示す.1GHzは500MHzの電界強 度分布と酷似しており, さらに-60dB ~ -80dB の分布 が 500MHz に比べて広くなっている.筋肉と骨の層ま で-60dB ~ -80dB の電界強度が広く表れている. 最後 に 2GHz では z 軸上方に広く-60dB ~ -80dB の電界強 度があり, z 軸方向へ自由空間への放射範囲が最も広い. また, y-z 平面において皮下組織層(z = +12mm)に沿 う電界が表れており,給電点(z = +12mm)から-80mm 付近まで伸びている.

4 球 (頭部) モデル

4.1 解析モデル

球モデルも真皮は 2mm,皮下組織は 4mm とした. 頭蓋骨は脳頭蓋と顔面頭蓋に分けられるが,顔面頭蓋は 呼吸器,消化器官と筋肉が付いておりインプランタブ ルデバイスを挿入する箇所としては難しい.そこで脳 頭蓋側に挿入する場合を検討する.頭蓋の計測値は,最 大長,最大幅,最大高から算出し,最大長は178.9mm, 最大幅は140.3mm,最大高は138.1mm である.また, 脳を球にモデル化するため頭蓋骨の半径は84mm,厚さ 16mm とした.脳の大半は終脳(大脳)が占めている. よって,脳の誘電率は終脳を用いる.脳の直径は68mm とした.図9は本研究の解析モデルを示している. 4.2 FDTD 法による電界強度の計算

FDTD 法を用いた球(頭部)モデルに点波源を挿入 した状態のモデル化を検討する.解析領域は,300 × 300 × 300mm³ である.図9に示すように皮下組織の中 央深さ4mmの箇所に *x* 軸方向に2mmの間隔で3V_{P-P}, 10MHz~2GHzの正弦波電圧を給電する.



4.3 電界強度分布

10MHz と 500MHz の電界強度分布を図 10 に示す. 電界強度分布の観測面は y - z 平面 (x = 0mm)と し,1500 v/m を 0dB として規格化した.図 10 (a)の 10MHz は自由空間上方 (z = +72mm)への放射および 皮下組織と骨の多層に-60dB ~ -80dB の電界強度分布 が広がっている.脳への電界は-80dB 以下であり,ほ とんど電界強度分布はみられない.一方図 10 (b)の 500MHz は 10MHz ほど自由空間上方 (z = +72mm) と皮下組織と骨の層に電界強度分布は広がっていない. 次に 1GHz と 2GHz の電界強度分布を図 11 に示す. 図 11 (a)の 1GHz は 500MHz と酷似した電界分布図 となっている.図11(b)の2GHzの電界分布図は自由 空間上方(z = +72mm)への放射が他の周波数帯に比 べ最も広く分布している(-60dB~-80dB).

5 電界強度分布の検討

本研究では 10MHz ~ 2GHz までの周波数帯を無限 平面モデル,円柱(腕部)モデル,球(頭部)モデルに おいて,FDTD 法を用いて解析した.各モデルで皮下 組織層の電界強度が強い傾向が確認できた.そこで,皮 下組織と筋肉の導電率および比誘電率と電界の関係を検 討する.

5.1 誘電体における電界強度

図 12,13 は真皮と皮下組織と筋肉の比誘電率と導電 率をグラフにしたものである.媒質の中を流れる電流は 変位電流と伝導電流から成る.伝導電流は電界に比例 し,この比例定数は導電率 σ である. σ の大きさは金 属では約 10⁷ S/m,半導体では 10⁻⁸ ~ 10 S/m,絶縁 体ではこれより小さい.人体媒質の導電率は高周波数ほ ど,変位電流の伝導電流に対する比が大きい [5].図 12 のグラフを見ると筋肉と真皮の導電率は皮下組織の導電 率に比べて高く,高周波数になるほど金属の導電率に近 付く.高周波数になるにつれ筋肉と真皮は金属の導電率 に近付くことは,電気的に見て皮下組織層は金属層に挟 まれている状態に近付くことになる.

また図13のグラフを見ると皮下組織の比誘電率が低い 値となっている.他の誘電体の比誘電率は,ポリエチレ ンが2.3,アルミナが8.5,ゴムが2~3.5である.高い 導電率に挟まれた,低い比誘電率をもつ皮下組織層は構 造として同軸給電線の構造に似ている.この導電率と比 誘電率と人体多層媒質層によって,皮下組織層に電界強 度が強く広がったと考えられる.

むすび

本研究では人体多層媒質内に給電点を設置し,10MHz ~ 2GHz の正弦波電圧を励振させた.また,人体多層媒 質は無限平面モデル,円柱(腕部)モデル,球(頭部) モデルの3種で解析し,数値解析にはFDTD法を用い て電界解析を行った.高周波数になるにつれて電界強度 分布が広くなること,皮下組織層に沿う電界分布が広く なることの2点が確認できた.

今後の課題として,電界分布だけでなく磁界分布,電流 分布,ポインチングベクトル,入力インピーダンスを含 めた総合的な観点から周波数依存性を検討する.また, SAR (Specific Absorption Rate)評価を用いた設計, 超小型化デバイスの設計が今後の課題に挙げられる.



謝辞

本研究を進めるにあたり,丁寧なご指導と数々のご意 見を賜りました本学,稲垣直樹教授,有益な助言,多大 のご配慮とご協力を頂きました藤井勝之講師に深く感謝 いたします.

参考文献

- [1] 藤井勝之:ウェアラブル機器の電磁界伝送モデルに 関する研究,千葉大学自然科学研究科 2005 年度博 士論文(2005).
- [2] 関卓也:アクティブタイプインプランタブルデバイスの基礎的検討,南山大学数理情報学部 2007 年度卒業論文(2007).
- [3] 宇野亨: FDTD 法による電磁界およびアンテナ解 析,コロナ社 (1998.3).
- [4] 鈴木隆雄:日本人のからだ-健康・身体データ集-,朝 倉書店 (1996.4).
- [5] 稲垣直樹:電気・電子学生のための電磁波工学,丸 善株式会社(1980.9).