研究速報

局所 SAR を用いた人体頭部内温度上昇の推定 森田

王† 平田 晃正^{†a)}(正員)

塩沢 俊之[†](正員)

Prediction of Temperature Rise in the Human Head in Terms of Local SAR

Masashi MORITA[†], Nonmember, Akimasa HIRATA^{†a)}, and Toshiyuki SHIOZAWA[†], Regular Members

Graduate School of Engineering, Osaka University, Suita-shi, 565-0871 Japan

a) E-mail: hirata@comm.eng.osaka-u.ac.jp

あらまし ダイポールアンテナから発せられた電磁 波を曝露した際の,人体頭部内における SAR (比吸収 率)と温度上昇について数値解析を行い,900 MHz~ 2.45 GHz の周波数帯域において,脳内及び頭部にお ける最大温度上昇は,局所1gSARを用いて精度良く 推定できることを示す.

キーワード 生体熱輸送方程式,温度上昇,比吸収 率 (SAR), FDTD 法, ダイポールアンテナ

1. まえがき

近年、電磁波が人体に与える影響に大きな関心が寄 せられている.特に,携帯電話端末は人体頭部近傍で 用いられるため,そこから発せられる電磁波の人体頭 部への影響が注目されている.そのため,各種団体に より電磁波吸収量に関する安全基準が定められてお り,マイクロ波領域での近傍界曝露に対する安全性の 指標としては,局所SAR(比吸収率)が用いられてい る.このため,頭部内局所 SAR を計算,測定した報 告が多数なされてきた[1].それらの多くは,商用の移 動体通信で用いられている 800~900 MHz, 1.5 GHz, 1.9 GHz の周波数帯を対象としている.一方では,電 磁波曝露の直接的影響の一つとして、電磁波吸収によ る温度上昇があげられている.具体的な温度上昇によ る影響としては,脳の温度が3.5°C[2],皮膚の温度が 10°C [3] 上昇すると物理的損傷を引き起こす,などが あげられている.そのため,解剖学的な人体頭部モデ ルを用いて,電磁波を吸収した場合に引き起こされる 温度上昇を調べた報告がいくつかなされている[4]~ [9]. 主な結果として, 頭部内における SAR の分布と 温度上昇の分布は比例しないことが示されている.そ れらの解析では,まず FDTD 法[10] を用いてモデル 内における SAR を計算し,次にそれを熱源として生 体熱方程式[11]を解くことにより温度上昇を求めてい る.つまり,温度上昇を求めるには上記の2ステップ

の計算が必要とされてきた.

そこで本論文では、人体頭部近傍から発せられた電 磁波による SAR と温度上昇を計算し,それらの関係 を検討することにより, SAR を用いて人体頭部におけ る最大温度上昇を予測する方法について検討すること を目的とする。

モデルと解析手法

本論文で用いる人体頭部モデルは,筆者らが構築し たもの[12] に若干の修正を加えたものである.ここで, 本論文では,16mmの厚さのつぶれていない耳翼を 考える、また、電磁波源としては半波長ダイポールア ンテナを用い, モデルの耳翼の端から 1.2 cm のとこ ろに鉛直(VP)及び水平(HP)方向に配置する.励 振周波数は, 900 MHz, 1.5, 1.9, 2.15, 2.45 GHz と し,出力電力はすべての周波数で0.6Wとしている. 解析手順としては,まず FDTD 法により SAR を計算 し,次にそれを熱源として生体熱輸送方程式を解くこ とにより,各組織の温度上昇を求めた.なお,温度上 昇計算は,定常状態に達するまで行った(約30分).

3. 解析結果

各周波数でアンテナを垂直及び水平に配置した際の, 頭部全体及び脳内における1g平均及び10g平均SAR の最大値をそれぞれ図1,図2に示す.これらの図よ リ,SARの最大値は周波数及び偏波に大きく依存して いることがわかる.

耳翼,耳翼を除いた頭部及び脳組織での最大温度上 昇の計算結果を図3に示す.この図からも,頭部内 SAR は周波数や偏波によって値が大きく変化するこ とがわかる.また,図1及び図2と比較すると,局 所平均 SAR の最大値の周波数特性と最大温度上昇は



図1 頭部全体及び脳組織内での1g平均 SAR の最大値 Fig. 1 Peak 1g SARs in the whole head and brains.

[†] 大阪大学大学院工学研究科,吹田市



図 2 頭部全体及び脳組織内での 10g 平均 SAR の最大値 Fig. 2 Peak 10g SARs in the whole head and brains.



図3 頭部及び脳組織内での温度上昇の最大値 Fig.3 Maximum temperature rises in the head and brains.

単純に比例していないが,比較的似た傾向を示してい ることがわかる.

従来, SAR と温度上昇を関連付けるのは困難であ るとされてきた[4], [5], [7], [8].ただし,同じ周波数で 同一の携帯電話を用いた場合,熱ポテンシャルと温度 上昇はほぼ比例することも示されている[6].そこで, 最大温度上昇と局所最大 SAR は近似的に下の式で表 されると仮定する.

$$\Delta T_{\max} = a \cdot SAR \tag{1}$$

ここで SAR は, 頭部または脳組織での, 1g 平均若し くは 10g 平均 SAR である. *a* は全周波数, 偏波方向 (計 10条件)に対する,式(1)から得られる推定値と 計算値の偏差

 $\frac{|\Delta T_{\max} - a \cdot \text{SAR}|}{\Delta T_{\max}} \tag{2}$

の総和を最小化する値と定義した.

- 表1 局所平均 SAR を用いた温度上昇推定係数と平均/最 大誤差 [単位は%]; (a) 脳組織内, (b) 耳翼を除く頭 部, (c) 耳翼を含む頭部
- Table 1 Predicted coefficient *a* in terms of local SARs and average/maximum errors [in %]; (a) in brains, (b) in the head excluding auricle, and (c) in the head including auricle.

(a)					
	a	avg. err.	max. err.		
SAR _{head,1 g}	0.0564	18.2	48.4		
SAR _{head,10 g}	0.0836	14.4	41.0		
SAR _{brain,1g}	0.119	10.9	22.2		
SAR _{brain,10g}	0.270	22.2	54.8		

(b)						
	a	avg. err.	max. err.			
SAR _{head,1 g}	0.154	4.62	13.3			
SAR _{head,10 g}	0.250	9.51	26.4			
SAR _{brain,1g}	0.384	31.2	71.0			
SAR _{brain,10g}	0.902	35.6	68.0			

(c)						
	a	avg. err.	max. err.			
SAR _{head,1 g}	0.195	25.6	59.9			
SAR _{head,10 g}	0.298	36.5	121.7			
SAR _{brain,1 g}	0.996	61.0	86.7			
SAR _{brain,10g}	0.963	24.5	56.6			

本研究において得られた SAR,温度上昇に対して, 傾き a,及び近似により生じる誤差を表1に示す.こ の表より,頭部最大1g平均 SARを用いることにより 耳翼を除いた頭部での最大温度上昇を,脳内最大1g 平均 SARを用いることにより脳内最大温度上昇を良 い精度で予測できることがわかる(最大22.2%).局 所平均 SAR はその平均化の方法により大きく変化す る[13],[14]ため,この誤差は許容範囲であろう.一 方,耳翼を含む場合,局所 SARを用いて最大温度上 昇を予測することは困難である.これは,耳翼付近の 構造の複雑さのため,1g平均 SARの計算には耳翼中 の SAR を含まないにもかかわらず,最大温度上昇は 耳翼中に表れる場合があるためである.

次に,筆者らの計算結果の妥当性と推測の手法の有 効性について検討するために,脳組織における最大 1g平均SARと最大温度上昇の関係を図4に示す.ま た,比較のために,文献[4],[8]のデータも合わせて示 す.この図より,モデルによって係数に差はあるもの の,脳組織における最大1g平均SARと最大温度上 昇はほぼ比例の関係にあることがわかる.特に,本研 究の結果と文献[8]の結果はほぼ一致している.ここ で,文献[8]では,モデルの不均質さ及び熱に関する



図4 脳組織における最大1g平均SARと最大温度上昇 Fig.4 Maximum 1g SAR vs. maximum temperature rise in brains.

定数は筆者らのものと比較的近いものを用いている. また,文献[4]のデータにおいても,最大誤差はたか だか30%程度である.ここで,文献[6]と同様に,熱 ポテンシャルを用いて係数 a と,近似による誤差を求 めたが,最大誤差の変化はたかだか数%であった.

4. む す び

本論文では,ダイポールアンテナから発せられる電 磁波による人体頭部内での局所 SAR を用いて, それに より引き起こされる最大温度上昇を精度良く推定する 方法を提案し,その誤差を評価した.本研究では,ダ イポールアンテナを用いて周波数, 偏波方向を変化さ せたが, 文献 [8] では 900 MHz 帯において様々な種類 のアンテナを対象に解析が行われている.これらのい ずれの計算結果に対しても傾きは類似し,誤差も比較 的小さいことがわかった.そのため,この推定方法を 用いることにより, 少なくとも 900 MHz~2.45 GHz の周波数帯においては, SAR を用いて最大温度上昇 を予測することは十分可能であるといえよう.また, この方法を用いることにより, SAR 計算, 温度上昇計 算と二つのステップに分かれていた従来の手続きが, SAR 計算のみに簡易化される.今後の研究課題とし ては,より多くの媒質定数,熱定数に対して計算を行 い,式(1)における係数 a について,より汎用性のあ る値を導出すること、及びその不確定性を検討するこ とがあげられる.

文 献

 M. Burkhardt and N. Kuster, "Review of exposure assessment for handheld mobile communications devices and antenna studies for optimized performance," W.R. Stone, Review of Radio Science 1996– 1999, chap.34, Oxford Univ. Press, 1999.

- [2] A.C. Guyton and J.E. Hall, Textbook of Medical Physiology, chap.73, W.B. Saunders, Philadelphia, PA, 1996.
- [3] J.D. Hardy, H.G. Wolff, and H. Goodell, Pain Sensations and Reactions, Baltimore, chap.IV and X, Williams & Wilkins, MD, 1952.
- [4] J. Wang and O. Fujiwara, "FDTD computation of temperature rise in the human head for portable telephones," IEEE Trans. Microwave Theory & Tech., vol.47, no.8, pp.1528–1534, 1999.
- [5] A. Hirata, T. Katayama, and T. Shiozawa, "Thermal effects in the human head for exposure to EM waves emitted from terminals for mobile satellite services," Proc. of 10th IEEE Int'l Symp. on Personal Indoor and Mobile Radio Comm., G-5-4, Osaka, Japan, Sept. 1999.
- [6] J. Wang, T. Joukou, and O. Fujiwara, "Dependence of antenna output power of temperature rise in human head for portable telephones," Proc. of Asia Pacific Microwave Conference '99, vol.2, pp.481–484, 1999.
- [7] G.M.J. Van Leeuwen et. al., "Calculation of change in brain temperatures due to exposure to a mobile phone," Phys. Med. Biol., vol.44, no.10, pp.2367– 2379, 1999.
- [8] P. Bernardi, M. Cavagnaro, S. Pisa, and E. Piuzzi, "Specific absorption rate and temperature increases in the head of a cellular-phone user," IEEE Trans. Microwave Theory & Tech., vol.48, no.7, pp.1118– 1126, 2000.
- [9] 藤原 修,城向剛博,王 建青,"携帯電話に対する頭部の ドジメトリ解析と安全性評価",信学論(B),vol.J83-B, no.5, pp.720-725, May 2000.
- [10] A. Taflove, Computational Electrodynamics: The Finite-Difference Time-Domain Method, Artech House, Dedham, MA, 1995.
- [11] H.H. Pennes, "Analysis of tissue and arterial blood temperature in resting forearm," J. Appl. Phys., vol.1, pp.93-122, 1948.
- [12] A. Hirata, S. Matsuyama, and T. Shiozawa, "Temperature rises in the human eye exposed to EM waves in the frequency range 0.6–6 GHz," IEEE Trans. Electromag. Compt., vol.42, no.4, pp.386–393, 2000.
- [13] O.P. Gandhi, G. Lazzi, and C.M. Furse, "Electromagnetic absorption in the human head and neck at 835 and 1900 MHz," IEEE Trans. Microwave Theory & Tech., vol.44, no.10, pp.1884–1887, 1996.
- [14] N. Stevens and L. Martens, "Comparison of averaging procedures for SAR distributions at 900 and 1800 MHz," IEEE Trans. Microwave Theory & Tech., vol.48, no.11, pp.2180–2184, 2000.

(平成 13 年 7 月 30 日受付)