85 kHz 帯における人体等価液剤ファントム内電界測定用光変調プローブの実験的検討

南雲 裕一,今野 佳祐,陳 強(東北大学大学院工学研究科) ジェドヴィスノプ チャカロタイ,和気 加奈子,渡辺 聡一(情報通信研究機構)

概要:85 kHz の人体等価液剤ファントム内電界を測定するため の光変調プローブシステムを設計し製作した. 作製システムは 光変調器とインピーダンス整合回路で構成されている. イン ピーダンス整合回路はシステムの感度を向上させ,光変調器は 導体ケーブルの干渉を低減する. インピーダンス整合回路を装 荷することで光変調プローブの感度が向上することを実験的に 示す.

キーワード:光変調器,人体等価液剤ファントム,kHz帯

1. まえがき

近年, 無線電力伝送 (Wireless Power Transfer; WPT) システムを用いた電気自動車(Electric Vehicle: EV)の 無線充電システムが注目を浴びている. この EV 用無 線充電システムの普及に向け、各国で研究活動や標準 化運動が進み,国内では利用周波数帯を 85 kHz 帯, 最大送電電力を 7.7 kW とするよう制度化されている [1]. その一方, EV 用無線充電システムは kW オー ダーの大きな電力を扱うため、電磁界の人体へのばく 露をあらかじめ評価する必要がある.85 kHz帯の電磁 界ばく露においては, ICNIRP および総務省は体内の 電界強度を人体における安全性の評価基準と定めてい る[2][3]. 現在, 85 kHz 帯の体内電界に関して, シ ミュレーションによる数値的評価は行われているが[4], 現実の人体等価液剤ファントム等を用いた実験的評価 は行われていない. したがって, 実験的評価を行うた めに, 高誘電率, 高損失という電気的特性を持つ人体 等価液剤ファントム内で電磁界の測定を行うためのプ ローブが必要である.

一般的に電磁界強度の計測で用いられる同軸ケーブ ルは導体であるため、周囲電磁界への擾乱が起こり、 測定の精度が低下し得る.同軸ケーブルによる電磁波 の擾乱を抑えるために、光変調器を用いた光変調プ ローブが用いられている[5].同軸ケーブルの代わりに 光ファイバで測定信号を測定器に伝送するため、周囲 電磁界への擾乱を抑えることができる.ただし、光変 調プローブを用いた測定法は、光変調器とプローブと の間のインピーダンス不整合から、感度が低いという 問題がある.この問題に対する研究が様々行われてい るが、いずれも空気中において、MHz/GHz 帯で行わ れている[6][7].

本報告では、85 kHz の人体等価液剤ファントム内電 界を測定するための光変調プローブシステムを設計し 製作する.プローブシステムは、光変調器、トロイダ ルコイルを用いたインピーダンス整合回路、微小ダイ ポールアンテナで構成される.0.4 % NaCl 溶液中に配 置した作製プローブの受信電力を測定し、プローブの 感度が向上することを示す.

2019 年 7 月 16 日 東北大学 電気・情報系 1 号館 2 階大会議室





2. 85 kHz帯における人体等価液剤ファントム内電界測 定用光変調プローブの設計,作製.

ここでは、より高感度なプローブシステムをイン ピーダンス共役整合手法によって設計する.図1に光 変調プローブの測定システムを示す.電気信号測定器 において、受信電力が最大になる条件[7]を式1に示す.

$$Z_a = Z_{in}^* \tag{1}$$

ここで、 Z_a はアンテナの入力インピーダンス、 Z_{in} はアンテナ端から光変調器をみたときの入力インピーダンスである.

85 kHz において、光変調器の入力インピーダンス Z_{in} 、および人体等価液剤(NaCl 溶液: 0.074 mol/L \approx 0.4 %)内での 23cm 長微小ダイポールアンテナの入力 インピーダンス Z_a の測定値はそれぞれ $Z_{in} = 2.1 \times$ $10^5 - j2.3 \times 10^5 \Omega$, $Z_a = 40 - j3 \Omega$ である. したがっ て、上記の 23cm 長微小ダイポールアンテナを光変調 プローブのアンテナとして用いる場合,式(1)の条件 に近づけるためにはアンテナの入力インピーダンスを 誘導性にする必要がある. 85 kHz において式(1)を満 たすためには $j2.3 \times 10^5 \Omega$ の整合回路という大きなイン ダクタンス(0.4 H)を持つコイルが必要となる.



図3:作製プローブ入力インピーダンス測定値

作製したプローブを図2に示す.プローブは光変調器,トロイダルコイル,微小ダイポールアンテナで構成される.トロイダルコイルはインピーダンス整合回路として働き,コイルの巻き数やフェライトコアの透磁率を変化させるとコイルのインダクタンスが変化する.また,光変調器,コイルが液体に触れないようにボックスで被覆した.

3. 85 kHz 帯における人体等価液剤ファントム内電 界測定用光変調プローブの実験的評価

作製したプローブの受信感度の実験的評価を行った. 初めに,作製プローブのアンテナ-光変調器間の不 整合損 M を得るために作製プローブのコイルを装荷 したアンテナの入力インピーダンス Z_aを測定した. アンテナは人体等価液剤内に配置し,測定器具は keysight LCRmeter E4980AL を使用した. Z_aの測定値, および Z_aの測定値から計算した不整合損 M を図 3,図 4 にそれぞれ示す.ただし,不整合損 M は以下の式で 求めた.コイルの巻き数,透磁率を変化させることで アンテナの入力インピーダンスおよび不整合損が変化 し,アンテナ-光変調器間の整合状態が改善している ことが分かる.



図4:作製プローブ不整合損計算値



図5:作製プローブ受信電力測定環境

表1:測定パラメータ

Table1. Measurement parameters

	1
Incident power	22 dBm
Frequency	85 kHz
Number of turns of coils	<i>n</i> = 50,75,100,125
Relative permeability of	
ferrite cores	$\mu_{\rm r} = 0000, 8300$

$$M = \frac{1}{1 - |\Gamma|^2}$$
(2)
$$\Gamma = \frac{Z_{in} - Z_a^*}{Z_{in} + Z_a}$$
(3)

次に作製プローブの受信電力を測定した.測定環境, 測定パラメータをそれぞれ図 5,表1に示す.作製プ ローブは人体等価液剤で満たした水槽内に配置した. 水槽に隣接して WPT システムを模擬したスパイラル コイルを配置した. 作製プローブの受信電力および上 記で求めた不整合損 M の反数を図 6 に示す. コイル の巻き数、透磁率を変化させることでプローブの受信 電力が変化し、受信感度が向上していることが分かる. ただし、図 6 から不整合損 M の反数と受信電力の 変化の傾向は一致していないことが分かる.したがっ て、本発表における作製プローブにおいて、受信電力 の変化の要因はインピーダンス整合状態の変化による ものだけではないことが考えられる.他の要因のひと つとしては、 整合回路のコイルがアンテナとして機能 してしまい、コイルの巻き数や透磁率の変化に伴いコ イルの受信感度が変化してしまうことが考えられる.

4. むすび

本報告では、85 kHz の人体等価液剤ファントム内電 界を測定するための光変調プローブシステムを設計し 製作した. プローブシステムは、光変調器、トロイダ ルコイルを用いたインピーダンス整合回路、微小ダイ ポールアンテナで構成される. 0.4 % NaCl 溶液中に配 置した作製プローブの受信電力を測定し、プローブの 感度が向上することを示す. コイルを整合回路として 用いた時のプローブの受信電力の変化の要因を今後さ らに検討していく.



参考文献

- [1]電波法施行規則の一部を改正する省令(平成 28 年総務省令第15号)
- [2] ICNIRP, "Guidelines for limiting exposure to timevarying electric and magnetic fields (1 Hz to 100 kHz)", *Health Physics*. vol.99(6), pp. 818-836, 2010.
- [3]電気通信技術審議会答申 諮問第 38 号「電波利 用における人体の防護指針」, June, 1990
- [4]S. Park, "Evaluation of electromagnetic exposure during 85 kHz wireless power transfer for electric vehicles", IEEE Trans. Magn., vol. 54, no. 1, Jan. 2018.
- [5]E. B. Larsen, J. R. Andrews, and E. E. Baldwin, Sensitive isotropic antenna with ber-optic link to a conventional receiver, Nat. Bur.Stand., Washington, DC, 1976.
- [6] K. Tajima, N. Kuwabara, F. Amemiya, and R. Kobayashi, "Sensitivity improvement of electric field sensor with LiNbO₃ electro-optic crystals by loading inductance," *IEICE Trans. Commun.*(Japanese Edition), vol.J76-B-II, no.6, pp. 538-545, June, 1993.
- [7] H. Abe, Q. Chen, "Antenna design for E/O sensors of high sensitivity," *IEICE Trans. Commun.* (Japanese Edition), vol.J97-B, no.3, pp. 1-7, March, 2014.