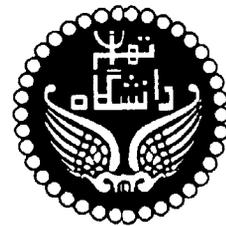
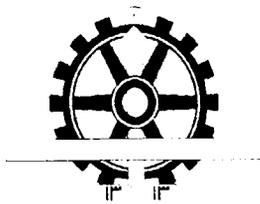


١٦٨٤٣



انجمن تخصصی مهندسی برق و کامپیوتر

دانشگاه تهران

دانشکده فنی

گروه مهندسی برق و کامپیوتر

۱۳۸۱ / ۹ / ۲۵

عنوان:

طراحی و پیاده سازی سخت افزار سیستم تصویربرداری
دیجیتال برای دستگاه های X-Ray موجود در دندانپزشکی

نگارش:

محمد رضا چاهه

استاد راهنمای اول:

دکتر رضا آقایی زاده ظروفی

استاد راهنمای دوم:

دکتر حسین غفوریان

استاد مشاور:

دکتر حمید سلطانیان زاده

۴۲۵۹۴

پایان نامه جهت دریافت درجه کارشناسی ارشد در

رشته برق_مهندسی پزشکی (بیوالکترونیک)

آذر ماه ۱۳۸۰

عنوان:

طراحی و پیاده سازی سخت افزار سیستم تصویربرداری
دیجیتال برای دستگاههای X-Ray موجود در
دندانپزشکی

نگارنده:

محمد رضا چاهه

پایان نامه جهت دریافت درجه کارشناسی ارشد
در رشته برق - مهندسی پزشکی (بیوالکتریک)

از این پایان نامه در تاریخ ۸۰/۹/۲۱ در مقابل هیات داوران دفاع بعمل آمد و مورد
تصویب قرار گرفت.

سرپرست تحصیلات تکمیلی دانشکده فنی:

مدیر گروه آموزشی:

سرپرست کمیته تحصیلات تکمیلی:

استاد راهنما اول:

استاد راهنما دوم:

استاد مشاور:

عضو هیات داوران:

عضو هیات داوران:

عضو هیات داوران:

دکتر محمد علی بنی هاشمی

دکتر محمود کمره ای

دکتر جواد فیض

دکتر رضا آقایی زاده ظروقی

دکتر حسین غفوریان

دکتر حمید سلطانیان زاده

دکتر محمد حسن قاسمیان

دکتر علی افضلی کوشا

دکتر سید کمال الدین ستاره دان

وزارت اطلاعات و آمار علمی ایران
توسعه سیستم آمار

تقدیم به

سرچشمه‌های عشق و محبت،

مادر، پدر

و

همسرم

تقدیر و تشکر

در ابتدا بر خود لازم می دانم از جناب آقای دکتر رضا آقائی زاده ظروفی، که در تمام مراحل پروژه با صرف وقت بسیار، راهنمایی ها و پیشنهادهای ارزنده ای نسبت به اینجانب داشته اند کمال تشکر را بنمایم.

از آقای دکتر حسین غفوریان نیز بعلت تعریف پروژه و ارائه پیشنهادات ارزنده و از آقای دکتر حمید سلطانیانزاده، بعلت نقش بسزائی که در شکل گیری و جهت گیری پروژه ایفا کرده اند کمال تشکر را دارم.

طراحی و ساخت سیستم تصویربرداری دیجیتال بعنوان یک مجموعه مکمل برای ارتقاء قابلیت و کارایی دستگاههای X-ray موجود در دندان پزشکی مطرح می‌گردد. طراحی سخت افزار پیشنهادی شامل سه قسمت سنسور به همراه مدارات جانبی، کارت دیجیتال کننده و کارت انتقال داده می‌باشد. در بخش سنسور، اشعه X با برخورد به صفحه فسفری تراشه تبدیل به بار الکتریکی و در خروجی سنسور، بصورت سیگنال الکتریکی تبدیل می‌گردد. سیگنال ضعیف ویدئویی تولید شده حاوی اطلاعات تصویری، به کمک کارت دیجیتال کننده، به ۸ بیت داده دیجیتال تبدیل می‌گردد. در نهایت داده‌های بدست آمده به کمک کارت انتقال داده، از طریق گذرگاه Peripheral (PCI Component Interconnect به حافظه داخلی کامپیوتر منتقل می‌گردد. سخت افزار پیاده سازی شده پس از نصب نرم افزار که کار اصلی آن درایو کردن سخت افزار و پردازش برروی تصویر می‌باشد، بصورت یک سیستم تصویربرداری دیجیتال برای دستگاههای Xray موجود در دندان پزشکی آماده می‌گردد. از جمله خصوصیات سخت افزار فوق می‌توان به کار کردن آن با انواع سنسور های Xray مورد استفاده در دندان پزشکی و همچنین ابعاد کوچک آن اشاره کرد بطوریکه در ابعاد استاندارد کارت PCI جای می‌گیرد. از مهم‌ترین مزیت های سیستم فوق کاهش بین ۶۰ تا ۹۰ درصد شدت اشعه X به بدن بیمار، کاهش زمان تصویربرداری، قابلیت ذخیره سازی و انتقال دیجیتالی تصاویر نسبت به فیلم های رایج اشاره کرد.

فهرست

فصل اول: مقدمه

| | |
|---|-------------------------|
| ۲ | ۱-۱. مقدمه |
| ۳ | ۲-۱. سنسور |
| ۵ | ۳-۱. تعیین گذرگاه مناسب |
| ۶ | ۴-۱. بخش دیجیتال کننده |
| ۷ | ۵-۱. کارت انتقال داده |

فصل دوم: معرفی مشخصات سخت افزاری دستگاه های تصویر برداری

X-ray دیجیتال در دندان پزشکی

| | |
|----|---|
| ۹ | ۱-۲. مقدمه |
| ۹ | ۲-۲. سنسور |
| ۹ | ۳-۲. بخش ایزوله کننده جریان برق |
| ۱۰ | ۴-۲. کارت ارتباط دهنده |
| ۱۱ | ۵-۲. حداقل مشخصات نرم افزاری یک دستگاه تصویر برداری X-ray دیجیتال دندان پزشکی |
| ۱۲ | ۶-۲. حداقل مشخصات سخت افزاری یک دستگاه تصویر برداری X-ray دیجیتال دندان پزشکی |
| ۱۲ | ۷-۲. مقایسه بین سیستم های تصویر برداری X-ray در دندان پزشکی |
| ۱۴ | ۸-۲. نتیجه فصل |

فصل سوم: فعل و انفعال پرتو های X بامواد و آشکارسازها

| | |
|----|--|
| ۱۶ | ۱-۳. مقدمه |
| ۱۶ | ۲-۳. تولید اشعه X |
| ۱۶ | ۳-۳. جذب اشعه X |
| ۱۷ | ۴-۳. سیستم های رادیوگرافی دیجیتال |
| ۲۱ | ۵-۳. انواع سیستم های رادیوگرافی دیجیتالی |
| ۲۳ | ۶-۳. مقایسه سیستم های دیجیتال مستقیم با سیستم های غیر مستقیم |
| ۲۴ | ۷-۳. مقایسه ای بین سنسورهای الکترونیکی تصویر و فیلم |
| ۳۰ | ۸-۳. نتیجه فصل |

فصل چهارم: بررسی عملکرد، کار آیی و نحوه بکارگیری آشکارسازهای مورد استفاده

در سیستم های تصویر برداری دیجیتال

| | |
|----|--------------------------|
| ۳۲ | ۱-۴. مقدمه |
| ۳۲ | ۲-۴. ساختار سنسورهای PSP |
| ۳۳ | ۳-۴. ساختار سنسورهای CCD |

فهرست

| | |
|----|--|
| ۳۷ | ۴-۴ ساختار سنسور های CMOS |
| ۳۸ | ۵-۴ مقایسه بین سنسورهای تصویر CCD و CMOS |
| ۴۰ | ۶-۴ سنسور های پیوندی - ترکیبی |
| ۴۰ | ۷-۴ نکاتی چند در مورد سنسور های دستگاه دیجیتالی در دندان پزشکی |
| ۴۱ | ۸-۴ نتیجه فصل |

فصل پنجم: معرفی و مقایسه استانداردهای موجود Parallel Port, Serial Port, PCI, ISA, SCSI, USB موجود برای اتصال بردهای واسطه کامپیوتر شخصی.

| | |
|----|---------------------------------------|
| ۴۳ | ۱-۵ مقدمه |
| ۴۳ | ۲-۵ مفاهیم گذرگاه ها |
| ۴۵ | ۳-۵ گذرگاه سریال |
| ۴۷ | ۴-۵ گذرگاه موازی |
| ۴۸ | ۵-۵ گذرگاه SCSI |
| ۴۹ | ۶-۵ گذرگاه IDE |
| ۵۰ | ۷-۵ گذرگاه IEEE-1394 |
| ۵۰ | ۸-۵ گذرگاه USB |
| ۵۰ | ۹-۵ مقایسه سرعت انتقال داده |
| ۵۱ | ۱۰-۵ گذرگاه ISA |
| ۵۲ | ۱۱-۵ گذرگاه EISA |
| ۵۲ | ۱۲-۵ گذرگاه های محلی |
| ۵۴ | ۱۳-۵ راه حل VESA و گذرگاه VLBUS |
| ۵۴ | ۱۴-۵ راه حل یکمک گذرگاه PCI |
| ۶۳ | ۱۵-۵ نتیجه فصل |

فصل ششم: طراحی برد واسط مناسب برای جمع آوری و انتقال اطلاعات

تصویری دیجیتال به کامپیوتر

| | |
|----|--|
| ۶۵ | ۱-۶ مقدمه |
| ۶۵ | ۲-۶ سیگنال ورودی |
| ۶۷ | ۳-۶ طراحی برد واسط مناسب برای انتقال اطلاعات تصویری دیجیتال از طریق گذرگاه موازی |
| ۷۰ | ۴-۶ طراحی برد واسط مناسب برای انتقال اطلاعات تصویری دیجیتال از طریق گذرگاه PCI |
| ۷۵ | ۵-۶ مقایسه کنترلر های PCI و علت انتخاب S5933 |
| ۷۶ | ۶-۶ انتخاب روش انتقال داده بین گذرگاه PCI و گذرگاه محلی S5933 |

فهرست

| | |
|----|---|
| ۷۸ | ۷-۶. نرم افزار کنترل کننده کارت PCI |
| ۷۹ | ۸-۶. نتیجه فصل |

فصل هفتم: نکات عملی، فنی و مراحل اجرایی پیاده سازی سخت افزار

| | |
|----|--|
| ۸۱ | ۱-۷. مقدمه |
| ۸۱ | ۲-۷. کارت دیجیتال کننده سیگنال ویدئویی |
| ۸۶ | ۳-۷. ارتباط دهنده دو کارت |
| ۸۷ | ۴-۷. کارت کنترلر گذرگاه PCI |
| ۸۸ | ۵-۷. بخش نرم افزار راه انداز سخت افزار |
| ۹۰ | ۶-۷. خلاصه فصل |

فصل هشتم: بررسی عملکرد و کارآیی سخت افزار طراحی شده پس از پیاده سازی

| | |
|-----|---|
| ۹۳ | ۱-۸. عملکرد کارت دیجیتال کننده |
| ۹۳ | ۲-۸. عملکرد کارت انتقال داده |
| ۹۶ | ۳-۸. مزایای سخت افزار طراحی شده |
| ۹۷ | ۴-۸. پیشنهادات برای ادامه پروژه |
| ۹۷ | ۵-۸. اقدامات صورت گرفته برای تهیه سنسور X-ray |
| ۹۹ | فهرست مراجع |
| ۱۰۳ | ضمیمه |

فصل اول

مقدمه

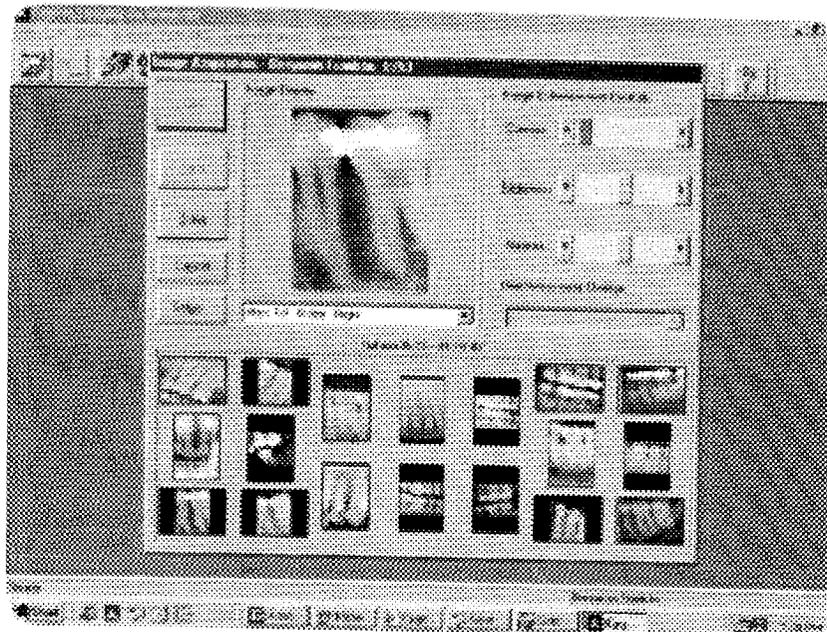
۱-۱. مقدمه

دستگاه های تصویربرداری دیجیتالی مورد استفاده در دندانپزشکی تکنولوژی جدیدیست که در سال های اخیر توسعه چشمگیری پیدا کرده است. در صنعت دو نوع تکنولوژی در ساخت رادیوگرافی دیجیتالی وجود دارد [۱-۲] که عبارتند از رادیوگرافی دیجیتالی مستقیم و غیر مستقیم.

- در رادیوگرافی دیجیتالی مستقیم با برخورد X-ray به صفحه فسفری سنسوری ویژه اطلاعات نوری استخراج می گردد. سپس اطلاعات بدست آمده از طریق کابلی رابط بطور مستقیم بداخل کامپیوتر منتقل می گردد. سپس بصورت یک تصویر X-ray روی صفحه مانیتور کامپیوتر نمایش داده می شود. تصویر فوق قابل ذخیره سازی است. از مزیت های اینگونه سیستم ها می توان به نمایش تصویر X-ray در مدت کمتر از ۵ ثانیه اشاره کرد.

- در سیستم های رادیوگرافی دیجیتالی غیر مستقیم سنسور دارای صفحات فوتو فسفر می باشد که بعد از اعمال X-ray صفحه فوق توسط یک اسکنر، اسکن می گردد. سپس تصویر اسکن شده از صفحه فوتو فسفر خوانده می شود. زمان اسکن سیستم های فوق به تعداد صفحات اسکن شده و نوع دستگاه اسکن بستگی دارد. تصویر اسکن شده بکمک نرم افزاری مخصوص پردازش و نمایش داده می شود. مهم ترین مزیت سیستم های غیر مستقیم صفحات نازک و قابل انعطاف آن می باشد. از معایب آن نیاز به زمان بیشتر برای ایجاد تصویر می باشد (در حدود چند دقیقه).

در حالت کلی از جمله مزیت های سیستم های رادیوگرافی دیجیتال را می توان در معرض تشعشع کمتر قرار گرفتن بیمار بدلیل استفاده از سنسور ویژه، حذف فعل و انفعالات شیمیائی بدلیل تصویربرداری آنی، پردازش بر روی تصویر جهت رویت بهتر (همانند تنظیم کانترست)، ذخیره سازی، ارسال بفرم الکترونیکی (توسط مودم)، پردازش روی تصویر {همانند، بزرگ نمایی، فیلترینگ، تنظیم کانترست، حذف نویز، رنگ آمیزی (جهت استخراج جزئیات تصویر) و ...} اشاره نمود که اینگونه



شکل ۱-۱. نمونه ای از عملیات پردازش روی تصویر.

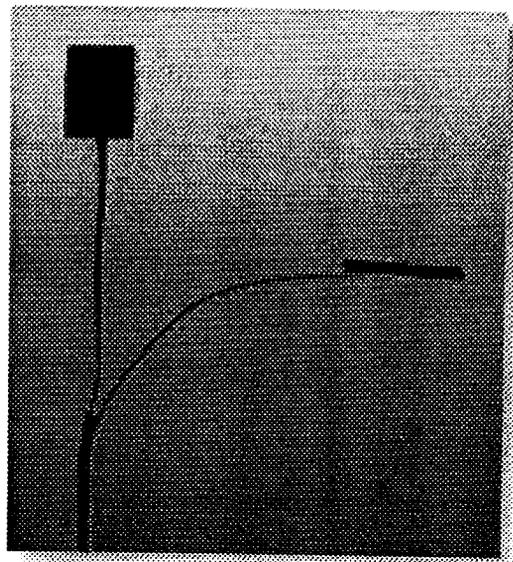
خصوصیات به نرم افزار بستگی دارد و به کاربر اجازه می دهد پردازش بر روی تصویر انجام دهد. در حالت های پیشرفته تر، نرم افزار سیستم دیجیتالی دندان پزشکی می تواند بفرم هوشمند علت بیماری را روی تصویر علامت گذاری نماید. شکل ۱-۱. نمونه ای از عملیات پردازش روی تصویر بدست آمده را نشان می دهد. در ادامه فصل مقدمه بخش های سخت افزاری سیستم فوق که شامل بخش سنسور، تعیین گذرگاه مناسب، دیجیتال کننده انتقال داده اشاره شده است.

۲-۱. سنسور [۳-۸]

سنسور مهم ترین و گران ترین قسمت اینگونه سیستم ها می باشد. ارزش آن به اندازه و نوع سنسور بستگی دارد. بیشتر پیشرفتی که در دستگاه های X-ray صورت پذیرفته مدیون ظهور این تراشه می باشد. ساختار سنسور بیشتر بر مبنای تکنولوژی **Charge Couple Device (CCD)** و **Complementary Metal Oxid Semiconductor (CMOS)** یا ترکیبی از آن دو می باشد.

۱-۲-۱. ساختار سنسور های CCD

در اینگونه سنسور ها از خازن های حساس به اشعه استفاده شده است. هنگامی که در معرض اشعه قرار می گیرد الکترون ها بصورت بسته هایی در خازن ذخیره می شوند و سپس بارها بفرم خاصی به سیگنال ولتاژ تبدیل می گردد. این خازن ها اساس و پایه سنسور های CCD می باشد. از جمله خصوصیات CCD ها می توان به کیفیت تصویر آن از نظر اندازه گیری راندمان کوانتوم و نویز پذیری آن اشاره کرد. همین امر باعث شده است که در پزشکی اکثر دستگاه های X-ray دیجیتال دندان پزشکی بر مبنای تکنولوژی CCD استوار باشند. شکل ۱-۲ نمونه ای از سنسور CCD مورد استفاده در دستگاه های تصویر برداری X-ray دیجیتال دندان پزشکی را نشان می دهد. جدول ۴-۲ و ۳-۴ ویژگی های CCD را نمایش می دهد.



شکل ۱-۲. نمونه ای از سنسور CCD مورد استفاده در دستگاه های تصویر برداری X-ray

دیجیتال دندان پزشکی .

۱-۲-۲. ساختار سنسور های CMOS

در سنسور های CMOS هر پیکسل دارای مبدل بار به ولتاژ است. ۹۵ درصد مدارات مجتمع، بخش درایو کننده سنسور و پردازشگر آن در خود تراشه قرار گیرد. خروجی تراشه بفرم دیجیتال می باشد. که باعث کاهش اندازه مدار می گردد. همچنین تراشه به مدارات جانبی کمتری نیاز دارد.

بنابراین تلفات توان آن کمتر می گردد. ولی در عوض بعلت وجود مبدل برای هر پیکسل فرم یکنواختی تصویر کاهش می یابد از جمله اشکالات آن نسبت به CCD نویز پذیری بیشتر و سیگنال به نویز کمتر آن می باشد. نویز پذیری آن بخاطر مبدل هایی است که الکترون را به ولتاژ تبدیل می نماید. در حال حاضر تکنولوژی C-MOST نوع بهینه شده ای از CMOS ها است که از نظر اندازه و قابلیت با تراشه CMOS برابری می کند و نویز پذیری و سیگنال به نویز آن به نحو چشم گیری بهبود یافته است. بمنظور حذف نویز در سنسور های CMOS می توان به دو روش عمل نمود:

۱- از سنسورهای C-MOST بجای سنسور های CMOS استفاده شود.

۲- از نرم افزار و پردازش بر روی تصویر استفاده شود.

۱-۳. تعیین گذرگاه مناسب [۱۱-۹]

بمنظور کار کردن سخت افزار طراحی پیشنهادی با انواع سنسور های داخل دهانی (Intraoral) در دندان پزشکی جهت بالابردن عملکرد آن و با توجه به اینکه سنسورهای فوق دارای تکنولوژی ساخت متفاوت هستند و با سرعت های متفاوت تولید می گردند، لازم است گذرگاهی مناسب جهت ورود اطلاعات تصویری به داخل کامپیوتر تعیین گردد. در این بخش به بررسی تعدادی از گذرگاهها پرداخته شده است. در حالت کلی گذرگاههای کامپیوتر را می توان به سه بخش سرعت پائین، متوسط و سرعت بالا تقسیم کرد.

- کمترین سرعت انتقال داده به گذرگاه سریال با سرعت ۱۱۵ کیلوبیت بر ثانیه مربوط می گردد.
- گذرگاه موازی با نرخ انتقال داده ۱۱۵/۱. مگابایت بر ثانیه دارای هشت برابر سرعت گذرگاه سریال می باشد.
- گذرگاه (Universal Serial Bus (USB بعنوان یک گذرگاه ارتباطی با نرخ سرعت داده پائین مایل به متوسط با قیمتی نسبتاً ارزان طراحی گردیده است. انتقال داده آن بفرم بیت به بیت می باشد. ویندوز ۹۸ براحتی آنرا شناسایی می کند. USB کاربرد وسیعی دارد از جمله کاربردهای آنرا می توان انتقال تصاویر دیجیتالی، ارتباط تلفنی از طریق کامپیوتر و ارتباط وسایل جانبی کامپیوتر نظیر ماوس، کی برد و جوی استیک دیجیتالی با کامپیوتر، همچنین برای انتقال تصاویر سنسورهای CMOS در سیستم های دندان پزشکی از طریق گذرگاه USB اشاره کرد.

• گذرگاه (ISA) Industry Standard Architecture، دارای پهنای ۱۶ بیت می‌باشد. از معایب آن اینستکه به CPU های ۳۲ بیتی اجازه انتقال ۳۲ بیت را نمی‌دهد. دارای آدرس ۲۴ بیتی بوده بنابراین نمی‌تواند به محدوده ۴ گیگا بایتی حافظه دسترسی پیدا کند. شیاهای گسترش گذرگاه ISA بزرگ می‌باشد این گذرگاه در فرکانس‌های بالا از نظر اجرایی دچار مشکل می‌باشد. بعلت محدودیت های گذرگاه ISA شرکت IBM گذرگاه جدید IBM Micro Channel را معرفی کرد. از جمله معایب آن عدم سازگاری با گذرگاه ISA بود. بمنظور حذف عیب فوق گذرگاه EISA معرفی گردید. اما از جمله معایب گذرگاه EISA فرکانس کاری کم گذرگاه EISA بود که باعث می‌گردید که ماکزیمم نرخ انتقالی داده به ۳۳.۳۳ مگا هرتز محدود گردد. با توجه به نتایج فوق الذکر گذرگاه PCI را بعنوان ورود اطلاعات تصویری جهت ذخیره سازی آنی در کامپیوتر موردانتخاب قرار گرفته است. بعضی از خصوصیات گذرگاه PCI عبارتند از:

- ❖ خاصیت خود تنظیمی
- ❖ غیروابسته بودن به پروسور
- ❖ تعداد پایه های کم
- ❖ حمایت از اجزای اصلی سیستم کامپیوتری که خطوط آدرس و پایه های کنترلی را فعال می‌کند.
- ❖ مصرف توان کم

۱-۴. بخش دیجیتال کننده

با در نظر گرفتن خروجی سنسور بفرم سیگنال ضعیف ویدئویی بدست آمده از درایور سنسور سیگنال ورودی بعد از گذر از بخش ایزولاتور، تقویت کننده، تنظیم آفست و گذر از مبدل آنالوگ به دیجیتال بصورت داده های دیجیتالی در آورده می‌شوند. طبقه تنظیم آفست باعث می‌گردد که ورودی A/D دارای آفست صفر گردد. دامنه آن به اندازه ای باشد که خروجی سرریز مبدل A/D به ازای پالس های همزمانی افقی وعمودی یک گردد. خروجی A/D بصورت داده های ۸ بیتی در می‌آید. سپس وارد بافری در خروجی مبدل A/D قرار می‌گیرد. داده های دیجیتالی به همراه سیگنال های کنترلی توسط رابط سیمی وارد کارت انتقال داده می‌گردد.